



(11) RO 123581 B1

(51) Int.Cl.

A61B 5/155 (2006.01),  
A61M 5/172 (2006.01),  
A61M 5/142 (2006.01),  
G01N 33/49 (2006.01),  
A61F 2/02 (2006.01)

(12)

## BREVET DE INVENȚIE

(21) Nr. cerere: **a 2009 00088**

(22) Data de depozit: **29.01.2009**

(45) Data publicării mențiunii acordării brevetului: **28.02.2014** BOPI nr. **2/2014**

(41) Data publicării cererii:  
**30.10.2009** BOPI nr. **10/2009**

(73) Titular:  
• **TOANĂ D.M. OANA, STR.PROGRESUL**  
**NR.20, BL.P 52, SC.A, ET.5, AP.23,**  
**SECTOR 5, BUCUREŞTI, B, RO**

(72) Inventator:  
• **TOANĂ D.M. OANA, STR.PROGRESUL**  
**NR.20, BL.P 52, SC.A, ET.5, AP.23,**  
**SECTOR 5, BUCUREŞTI, B, RO**

(56) Documente din stadiul tehnicii:  
**US 2009/0005724 A1; WO 2004/014254 A1;**  
**GB 2446247 B; US 6122536; RO 94637**

### (54) METODĂ DE MONITORIZARE A GLICEMIEI ȘI APARAT DE INJECTAT INSULINĂ PACENȚILOR CU DIABET ZAHARAT

#### (57) Rezumat:

Invenția se referă la o metodă de monitorizare și menținere a unui nivel prescris al glicemiei și la un aparat pentru injectarea insulinei unui pacient cu diabet zaharat. Metoda conform inventiei constă în monitorizarea nivelului glicemiei la anumite intervale de timp, cu ajutorul unui microspectrometru montat pe un vas de sânge, și anume, pe o venă, și introducerea în mod continuu a unei cantități de insulină, prin intermediul unui difuzor osmotic ce asigură un nivel corespunzător al insulinemiei bazale, precum și injectarea în flux discontinuu a unui anumit număr de unități de insulină, în funcție de nivelul glicemiei și greutatea pacientului, conform comenzi unui cip coordonator dat unei micropompe și prin intermediul unei unități de injectare direct în fluxul sanguin al unui vas de sânge, și anume, într-o arteriolă. Aparatul conform inventiei este alcătuit dintr-o unitate internă implantată în peretele abdominal al unui pacient cu diabet zaharat insulino-necesitant, compusă dintr-un corp (1) cu o formă cilindrică, confectionat dintr-o masă plastică rezistentă din punct de vedere mecanic, legat prin intermediul unor tuburi flexibile cu trei unități (2, 3 și 4) exterioare, și anume, o unitate (2) de injectare a insulinei direct în fluxul sanguin al unei arteriole, o unitate (3) având un difuzor osmotic ce asigură un nivel corespunzător al insulinemiei bazale, și o unitate (4) de monitorizare a glicemiei la anumite intervale de timp, cum ar fi un microspectrometru electronic montat pe o venă, o husă (5) etanșă, flexibilă, confec-

ționată dintr-un material biocompatibil ce acoperă aproape în totalitate și unitățile (2, 3 și 4) exterioare, lăsând descoperite numai niște suprafețe din titan ale acestora, suprafețe ce vin în contact direct cu țesuturile pacientului, o duză (6) din titan, pentru eliberarea glucagonului în circuitul sanguin al pacientului, în caz de hipoglicemie, precum și o unitate externă, sub formă de ceas amplasat la încheietura mâinii pacientului.

Revendicări: 9

Figuri: 8

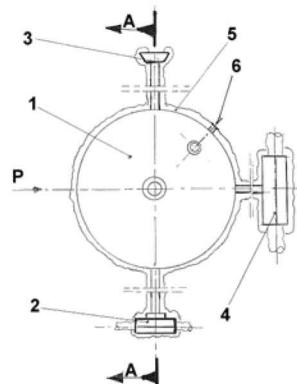


Fig. 1

Examinator: ing. NIȚĂ DIANA



Oice persoană are dreptul să formuleze în scris și motivat, la OSIM, o cerere de revocare a brevetului de invenție, în termen de 6 luni de la publicarea mențiunii hotărârii de acordare a acesteia

RO 123581 B1

1 Invenția se referă la o metodă de monitorizare a valorilor glicemiei pacienților cu  
2 diabet zaharat insulinonecesitant și la un aparat compus din două unități: una internă,  
3 implantată în peretele abdominal al subiectului, și una externă, sub formă de ceas,  
4 amplasată la încheietura mâinii subiectului.

5 În stadiul actual al tehnicii, există extrem de multe brevete denumite "pompe de  
6 insulină" sau "pancreas artificial", care, în principiu, încearcă să reproducă funcțiile pan-  
7 creasului normal al unui subiect sănătos.

8 Documentul **CA 2493120** se referă la un pancreas artificial implantabil, cu rezervor  
9 pentru insulină, rezervor pentru dexametazonă, un compartiment electronic și un monitor de  
10 glucoză care comandă o pompă de insulină.

11 Documentul **US 2004-0176727 A1** face referire la o pompă portabilă de insulină.

12 Documentul **US 2004-0215492** descrie o pompă de insulină controlată de un  
13 computer conectat la internet și o metodă de măsurare a glicemiei.

14 Se mai cunoaște un dispozitiv și o metodă de administrare unui pacient a unei  
15 substanțe fiziologice active (**US 2009/0005724**) pe baza unui parametru fiziologic măsurabil.  
16 Dispozitivul are în componentă un senzor pentru măsurarea concentrației de glucoză din  
17 sânge, un recipient conținând o substanță pentru regularizarea nivelului de glucoză, o unitate  
18 pentru administrarea acestei substanțe pacientului și o unitate pentru controlul cantității de  
19 substanță administrată. Metoda de administrare a substanței fiziologice active include  
20 măsurarea parametrului fiziologic, controlul cantității de substanță fiziologică activă în funcție  
21 de parametrul fiziologic măsurat și administrarea acesteia în organism.

22 Se cunoaște și un pancreas artificial, implantabil (**WO 2004/014254 A1**), având în  
23 compunere un rezervor și o pompă pentru insulină, un al doilea rezervor și o pompă pentru  
24 o substanță terapeutică, o unitate de monitorizare a nivelului de glucoză din sânge alcătuită  
25 dintr-un senzor, un element de corecție a nivelului de glucoză și un microprocesor, un  
26 microsistem electronic reprezentând interfața dintre unitatea de monitorizare și pompa de  
27 insulină, întregul ansamblu fiind introdus într-o husă de protecție dintr-un material  
28 biocompatibil.

29 Dezavantajele acestor metode de monitorizare și dispozitive de administrare a  
30 insulinei constau în gradul mai scăzut de eficiență și de acuratețe, și în complexitatea  
31 constructivă pe care o implică aparatele.

32 Problema tehnică pe care o rezolvă prezentă inventie este monitorizarea cu acuratețe  
33 a nivelului glicemiei din sânge și reglarea valorilor acesteia cu ajutorul unui aparat de injectat  
34 insulină, atât în mod continuu, pentru asigurarea unui nivel corespunzător al insulinemiei  
35 bazale, cât și discontinuu, în funcție de nivelul glicemiei și de greutatea corporală a  
36 subiectului.

37 Metoda de monitorizare a glicemiei la pacienți cu diabet zaharat insulinonecesitant,  
38 conform inventiei, constând în măsurarea valorilor glicemiei pacientului cu ajutorul unui  
39 senzor, controlul cantității de substanță fiziologică de administrat în funcție de valorile  
40 măsurate și administrarea acesteia în organism, rezolvă problema tehnică și înălătură  
41 dezavantajele menționate, prin aceea că frecvența de măsurare a valorilor glicemiei este în  
42 funcție de valorile măsurate, scăzând pe măsură ce valoarea glicemiei se situează în limitele  
43 de  $100 \pm 2$  mg/dl și crescând dacă valorile glicemiei sunt în afara domeniului menționat de  
44  $100 \pm 2$  mg/dl, fie dacă acestea sunt mai mari de 102 mg/dl, caz în care se inițiază comanda  
45 de injectare direct în fluxul sanguin a unui număr de unități de insulină, fie că valorile  
46 măsurate ale glicemiei sunt mai mici de 70 mg/dl, caz în care se inițiază comanda de  
47 eliberare în circuitul sanguin a unei cantități de glucagon, până când glicemia crește la valori  
48 mai mari sau egale cu 80 mg/dl, și prin aceea că, pentru asigurarea unui nivel corespunzător  
49 al insulinemiei bazale, se introduce în mod continuu în corp o cantitate infinitezimală de  
insulină prin intermediul unui difuzor osmotic.

Aparatul de injectat insulină pacienților cu diabet zaharat insulinonecesitant, conform inventiei, având în alcătuire o unitate de monitorizare a glicemiei, un recipient pentru insulină și unul pentru glucagon, aflate în legătură cu niște micropompe de distribuție, și o unitate de injectare, rezolvă problema tehnică și înălătură dezavantajele menționate, prin aceea că recipientele pentru insulină și glucagon, și micropompele de distribuție sunt amplasate într-un corp de formă cilindrică, din chevlar, cu partea anteroară în formă de calotă sferică perforată, constituită dintr-un perete mobil, deplasabil sub acțiunea unei membrane elastice separatoare, care delimită și împreună cu un perete interior separator, filetat, o cavitate cu volum variabil, peretele interior separator fiind compartimentat pe fața anteroară, pentru amplasarea micropompelor pentru insulină, respectiv, glucagon, a unui cip coordonator și a unor baterii reîncărcabile, iar corpul fiind prevăzut cu un capac filetat având două orificii pentru reîncărcarea aparatului cu insulină, respectiv, cu glucagon, și aflându-se în legătură, prin niște tuburi flexibile, inextensibile, cu unitatea de injectare a insulinei, cu unitatea de monitorizare a glicemiei cu ajutorul unui microspectrometru și cu difuzorul osmotic ce asigură nivelul insulinemiei bazale prin transfer osmotic, întregul ansamblu fiind acoperit cu o husă de protecție din material biocompatibil, în spătă silicon.

Avantajele prezentei inventii sunt următoarele:

- asigurarea unui nivel corespunzător al insulinemiei bazale prin transfer osmotic cu ajutorul membranei elastice și al difuzorului osmotic cu suprafață activă reglabilă;
- injectarea insulinei direct în fluxul sangvin, la nivelul unui vas, în spătă o arteriolă, prin intermediul unui dispozitiv special, denumit unitate de injectare a insulinei în lumenul unui vas de sânge;
- aparatul confectionat din material biocompatibil este ușor, comparativ cu alte sisteme confectionate din titan de exemplu, compact, cu un preț de cost sensibil mai scăzut, cu fiabilitate crescută, datorată atât simplității soluțiilor constructive, precum și dotării cu baterii reîncărcabile; toleranță bună a organismului uman față de materialele biocompatibile constitutive, reducerea costurilor consumabilelor, în spătă al insulinei, datorită injectării unui tip de insulină rapidă direct în fluxul sangvin, unde acționează imediat asupra metabolismului, caz în care cantitatea de insulină necesară este redusă. Prin această modalitate de injectare a insulinei rapide, direct în fluxul sangvin, se elimină în totalitate posibilitatea apariției zonelor de lipodistrofie datorate injectării repetitive în același loc a insulinei, fenomen ce conduce, în cel mai simplu caz, doar la o reducere a gradului de absorbție al insulinei de către țesut, fapt ceea ce conduce automat la creșterea necesarului de insulină;
- administrarea de insulină în mod continuu, prin intermediul difuzorului osmotic cu suprafață activă reglabilă, poate asigura insulinemia bazală, eliberând în 24 h o cantitate de 0,2...0,4 U.I./kg corp, ceea ce conduce la o situație comparabilă cu funcționarea fiziologică a pancreasului unui subiect sănătos.

Se dă în continuare un exemplu de realizare a aparatului și de prezentare a metodei:

- fig. 1, vedere de ansamblu a aparatului de injectat insulină, implantabil, conform inventiei;
- fig. 2, vedere laterală a aparatului din fig. 1;
- fig. 3, vedere în secțiune după direcția A-A, la scară mare, a aparatului din fig. 1;
- fig. 4, vedere în secțiune a micropompei de insulină și glucagon din alcătuirea aparatului din fig. 1;
- fig. 5, vedere în secțiune a dispozitivului de injectare a insulinei din alcătuirea aparatului din fig. 1;
- fig. 6, vedere în secțiune a difuzorului osmotic de insulină din alcătuirea aparatului din fig. 1;

1 - fig. 7, schema de principiu de măsurare a nivelului glicemiei cu ajutorul unui  
2 microspectrometru electronic (cunoscut din stadiul tehnicii);

3 - fig. 8, vedere în secțiune a recipientului de glucagon și a sistemului de eliberare a  
4 acestuia în circuitul sanguin.

5 În principiu, metoda de monitorizare constă în măsurarea glicemiei la intervale orare  
6 de 15 min. Dacă valoarea glicemiei măsurate se situează în limitele de  $100 \pm 2$  mg/dl pentru  
7 două măsurători succesive, atunci intervalul de măsurare crește la 30 min, iar dacă după  
9 această perioadă de timp valoarea glicemiei se menține în aceeași plajă de valori, intervalul  
11 crește la o oră între două măsurători, pe o perioadă de maximum 6 h, după care se revine  
13 la perioada de măsurare de 15 min. Perioada de 6 h se consideră a fi cea din timpul noptii,  
când pacientul se odihnește. Dacă în această perioadă de monitorizare a glicemiei, apare  
o valoare a acesteia situată în afara plajei stabilite, sistemul va trece imediat la intervalele  
de măsurare de 15 min, reluând ciclul inițial.

15 În cazul în care glicemia crește, valorile înregistrate situându-se în domeniul  
17  $> 102$  mg/dl, frecvența măsurătorilor va crește, măsurătorile efectuându-se la perioade de  
19 5 min, în principiu, după fiecare măsurătoare, cip-ul coordonator va comanda micropompei,  
21 (fig. 3), să injecteze direct în fluxul sanguin, prin intermediul unității speciale de injectat  
23 (fig. 1), un număr de unități de insulină corespunzător diferenței de valoare între ultimele  
25 două înregistrări, dintre care ultima este mai mare, deci glicemia are tendința crescătoare  
27 și corespunzător cu greutatea corporală a pacientului.

29 În cazul în care ultima înregistrare are o valoare absolută mai mică decât penultima,  
atunci cip-ul coordonator nu va comanda injectarea de insulină până în momentul în care  
31 valoarea glicemiei se va stabiliza în cursul a trei măsurători consecutive. Dacă această  
33 valoare stabilizată a glicemiei este mai mare decât  $100 \pm 2$  mg/dl, se va relua injectarea de  
insulină la un dozaj corespunzător greutății corporale și diferenței dintre valoarea stabilizată  
și valoarea de referință de  $100 \pm 2$  mg/dl, până la aducerea glicemiei la valori situate în  
această plajă  $100 \pm 2$  mg/dl.

35 Dacă glicemia depășește valoarea de 140 mg/dl, cip-ul coordonator va transmite prin  
unde radio, unității exterioare, sub formă de ceas, amplasată la încheietura mâinii  
pacientului, un semnal de atenționare "bip", iar în momentul în care valoarea glicemiei  
depășește 170 mg/dl, cip-ul coordonator va transmite aceleiași unități exterioare o alarmă  
sonoră, simultan cu o alarmă vibratorie, pentru ca pacientul să poată acționa în consecință  
în cunoștiță de cauză.

37 În cazul în care glicemia scade sub valoarea de  $100 \pm 2$  mg/dl, frecvența măsu-  
rătorilor va crește, iar intervalul orar între două măsurători consecutive va fi de 10 min. La  
înregistrarea valorilor  $\leq 80$  mg/dl, cip-ul coordonator va transmite unității exterioare o alertă  
sonoră, una vibratorie și una luminoasă, pe ecranul ceasului aprinzându-se o lumină roșie.

39 La înregistrarea valorii glicemiei de 70 mg/dl, cip-ul coordonator va comanda  
41 injectarea în circuitul sanguin a unei cantități de gluocagon, hormon hiperglicemiant,  
43 măsurătorile făcându-se în aceste condiții la un interval de 5 min, până când glicemia crește  
peste 80 mg/dl, după care intervalul de măsurare revine la 10 min, până când glicemia se  
stabilizează la valori situate în domeniul  $100 \pm 2$  mg/dl, urmând apoi intervalele de măsurare  
setate ciclului inițial de 15 min.

45 În principiu, aceste situații limită, în special hipoglicemia în cazul unui pacient diabetic  
47 ce beneficiază de avantajele unui astfel de aparat implantat în peretele abdominal, sunt cu  
totul excepționale și pot surveni în cazul unui efort fizic extrem de intens efectuat într-o  
perioadă de timp relativă, perioadă în care nu s-a ingerat nicio cantitate de carbohidrați sau  
după o lungă perioadă de post alimentar.

# RO 123581 B1

Hiperglicemia poate apărea în cazul ingerării rapide a unei cantități crescute de carbohidrați cu absorbție rapidă, dar această stare de fapt va fi corectată rapid de către aparat prin comanda dată de cip-ul coordonator de injectare a unui număr corespunzător de unități de insulină, în funcție de valorile parametrilor precizați anterior.	1
Ansamblul aparatului (fig. 1) ce urmează a fi implantat în peretele abdominal al pacientului cu diabet zaharat insulinonecesitant este compus dintr-un corp de formă cilindrică 1, având raportul diametru/generatoare de aproximativ 3.5/1, confectionat dintr-o masă plastică extrem de rezistentă din punct de vedere mecanic, în spătă chevlar. Toate suprafetele pieselor ce compun aparatul sunt acoperite cu o răsină biocompatibilă. Corpul aparatului 1 este legat de trei unități specializate, exterioare lui, prin intermediul unor tuburi flexibile, inextensibile, a căror manta protectoare este armată astfel încât să nu existe pericolul ruperii tuburilor sau a intreruperii fluxurilor din tuburi prin comprimarea sau îndoirea lor accidentală.	5
Acstea trei unități specializate sunt o unitate de injectare 2 a insulinei direct în fluxul sangvin al unei arteriole, un difuzor osmotic 3 cu rol de asigurare a nivelului insulinemiei bazale și o unitate de monitorizare a glicemiei 4, la anumite intervale de timp, conform metodei, având în alcătuire un microspectrometru electronic, cunoscut din stadiul tehnicii, montat pe un vas de sânge, respectiv pe o venă.	7
O husă etanșă 5, flexibilă, confectionată dintr-un material biocompatibil, în spătă silicon, învelește în cvasitotalitate corpul aparatului 1 și unitățile exterioare lui, lăsând descoperite numai suprafetele din titan ale acestora, suprafete ce vin în contact direct cu țesuturile pacientului.	9
Peretele exterior al corpului cilindric 1 este prevăzut cu o duză din titan 6 pentru eliberarea glucagonului în circuitul sangvin al pacientului în caz de hipoglicemie.	11
Fig. 2 reprezintă o vedere laterală a ansamblului aparatului din fig. 1 și cu o perspectivă axială a unității de injectare 2, a cărei descriere constructivă este evidențiată în fig. 5 din prezenta descriere a invenției. De asemenea, este evidențiat difuzorul osmotic 3, ale cărui detalii constructive sunt evidențiate în fig. 6 din prezenta descriere a invenției.	13
Peretele exterior 7 al corpului principal 1 al aparatului (fig. 3) delimită, împreună cu un perete interior separator 9, filetat, și cu un perete mobil posterior 15, care se deplasează în alezajul corpului aparatului, un recipient cu dimensiuni variabile pentru insulină, având partea anteroară în formă de calotă sferică perforată, pentru circulația insulinei. Pe acest corp principal, este montat, în poziție anteroară, un capac filetat 8, prevăzut cu două orificii pentru reîncărcarea cu insulină, și respectiv, cu glucagon la aparatului. Aceste orificii sunt obturate etanș de două piese de cauciuc, una pentru reîncărcarea cu insulină 10, respectiv, o piesă 49 pentru încărcarea cu glucagon (fig. 8).	15
Peretele interior separator 9, filetat, este compartimentat pe față anteroară pentru amplasarea elementelor de execuție, comandă și forță a aparatului, respectiv a micropompelor de insulină 11 și glucagon 11', a unui cip-ul coordinator și a bateriilor reîncărcabile prin microunde. Acest perete interior 9 este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	17
O membrană elastică separatoare 13, confectionată dintr-un material extrem de fiabil și cu o mare elasticitate, este montată cu ajutorul unei piese filetate 14, pentru fixarea pe conturul peretelui interior separator 9. Membrana 13 permite încărcarea și reîncărcarea recipientului cu volum variabil, delimitat de peretele mobil posterior 15 și de peretele interior 9.	19
	21
Peretele exterior separator 9, filetat, este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	23
O membrană elastică separatoare 13, confectionată dintr-un material extrem de fiabil și cu o mare elasticitate, este montată cu ajutorul unei piese filetate 14, pentru fixarea pe conturul peretelui interior separator 9. Membrana 13 permite încărcarea și reîncărcarea recipientului cu volum variabil, delimitat de peretele mobil posterior 15 și de peretele interior 9.	25
	27
Peretele exterior separator 9, filetat, este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	29
O membrană elastică separatoare 13, confectionată dintr-un material extrem de fiabil și cu o mare elasticitate, este montată cu ajutorul unei piese filetate 14, pentru fixarea pe conturul peretelui interior separator 9. Membrana 13 permite încărcarea și reîncărcarea recipientului cu volum variabil, delimitat de peretele mobil posterior 15 și de peretele interior 9.	31
	33
Peretele exterior separator 9, filetat, este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	35
O membrană elastică separatoare 13, confectionată dintr-un material extrem de fiabil și cu o mare elasticitate, este montată cu ajutorul unei piese filetate 14, pentru fixarea pe conturul peretelui interior separator 9. Membrana 13 permite încărcarea și reîncărcarea recipientului cu volum variabil, delimitat de peretele mobil posterior 15 și de peretele interior 9.	37
	39
Peretele exterior separator 9, filetat, este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	41
O membrană elastică separatoare 13, confectionată dintr-un material extrem de fiabil și cu o mare elasticitate, este montată cu ajutorul unei piese filetate 14, pentru fixarea pe conturul peretelui interior separator 9. Membrana 13 permite încărcarea și reîncărcarea recipientului cu volum variabil, delimitat de peretele mobil posterior 15 și de peretele interior 9.	43
	45
Peretele exterior separator 9, filetat, este prevăzut cu niște orificii prin care comunică cu micropompa de insulină 11, cu difuzorul osmotic 3 și cu obturatorul de cauciuc 10 prin care se reîncarcă cu insulină recipientul cu volum variabil, fiind prevăzut și cu o garnitură de etanșare 12.	47

Modul de funcționare al membranei separatoare elastice 13 este următorul: în momentul umplerii recipientului, acul seringii pătrunde prin husa 5, prin orificiul central al capacului 8, prin obturatorul etanș de cauciuc 10, până la peretele în formă de calotă sferică 7 al corpului principal al aparatului, unde insulină injectată sub o anumită presiune destinde membrana elastică separatoare 13, care împinge peretele mobil posterior 15 până la contactul cu un limitator de cursă 17, montat prin înfiletare pe corpul principal al aparatului. Membrana elastică separatoare astfel tensionată împiedică agitarea insulinei în interiorul aparatului și creează în masa acesteia o suprapresiune care va fi transmisă difuzorului osmotic 3. Peretele mobil posterior 15 este prevăzut cu niște elemente de etanșare 16.

Spațiul delimitat de peretele exterior 7 al corpului principal 1, de peretele interior 9 și de capacul anterior 8 reprezintă, din punct de vedere geometric, aproximativ un tor. Acest spațiu este compartimentat cu ajutorul structurilor de pe fața anteroară a peretelui interior, constituindu-se astfel compartimente în care vor fi amplasate elementele de comandă și de execuție, respectiv, cip-ul coordonator, bateriile de alimentare reîncărcabile, micropompa de insulină, recipientul și micropompa pentru glucagon, flexibilul de legătură cu difuzorul osmotic. Pe calota sferică a corpului principal se află montat un microîntrerupător electric normal deschis, care se închide numai în contact direct cu membrana separatoare elastică 13, furnizând astfel cip-ului coordonator informația că difuzorul osmotic 3 nu mai funcționează în absența presiunii exercitate de membrana separatoare elastică și că aparatul trebuie reîncărat. Această comandă va fi dată de cip-ul coordonator prin afișaj digital pe o unitate exterioară, aplasată la încheietura mâinii subiectului, unde se va afișa și numărul de zile pentru care există rezervă de insulină, calcul bazat pe consumul mediu de unități de insulină/zi, insulină fiind depozitată în zona anteroară a calotei sferice și peretele interior 9. După reîncărcarea aparatului, difuzorul osmotic își reia funcționarea și întreg ciclul se reia.

Corpul 18 al micropompei 11 de formă cilindrică, pentru injectarea insulinei (fig. 4), este prevăzut cu unul sau mai multe orificii prin care se face accesul insulinei în micropompă. Aceasta mai are în alcătuire o cămașă de teflon 19 care căptușește corpul micropompei 18, prevăzută cu niște orificii corespondente celor din corpul micropompei, un piston principal 20, constituit dintr-un magnet permanent și o cămașă din teflon cu piciorușe distanțiere, piston ce asigură împingerea insulinei în circuitul sangvin, în timpul acțiunii sale, un miniarc elicoidal tronconic 21, cu rolul de a obtura orificiile din corpul micropompei prin intermediul unei sfere de cauciuc 22. Deasupra unui perete despărțitor fix 23, cu orificiul central constituit dintr-un electromagnet în cămașă de teflon, este prevăzut un piston secundar 24 al micropompei, constituit dintr-un magnet permanent, îmbrăcat într-o manta de teflon cu orificii dispuse pe o rază mai mare decât diametrul orificiului central al peretelui fix despărțitor 23, astfel încât la cursa de apropiere a pistonului secundar 24 de peretele despărțitor fix 23, zona plană centrală a pistonului să obtureze etanș orificiul central al acestuia.

Micropompa are în alcătuire un capac superior 25, fixat prin înfiletare pe corpul acestuia și prevăzut cu un orificiu central filetat, și un capac inferior 27, fixat prin înfiletare și prevăzut cu orificii pentru pătrunderea și evacuarea aerului în și din spatele pistonului principal.

Pozitia de montaj a magnetilor permanenti din pistonul principal 20 și din pistonul secundar 24 este cu același pol magnetic unul față de celălalt, astfel încât ei să se afle într-o permanentă stare de respingere. În această situație, modul de funcționare al micropompei 11 este următorul: în momentul în care se pune sub tensiune electromagnetul, ambele pistoane se vor deplasa în același sens și, admisând că pistonul secundar 24 se deplasează spre peretele despărțitor fix 23, obturând cu zona centrală orificiul acestuia, pistonul principal

20 se va deplasa în același sens, depărtându-se de peretele despărțitor și creând astfel un vacuum sub influența căruia supapa 22, care este supusă din exterior presiunii exercitate de membrana elastică 13 și se deplasează spre interiorul pompei, comprimând arcul elicoidal tronconic 21, permitând astfel insulinei să pătrundă în corpul pompei în fața pistonului principal. La schimbarea sensului de curgere al curentului prin spirele electromagnetului, polaritatea acestuia se va inversa și ambele pistoane vor face mișcarea în sens invers. În acest caz, pistonul secundar 24 va elibera orificiul central al peretelui despărțitor fix 23, prin care insulină va pătrunde împinsă de pistonul principal 20, va trece apoi prin orificiile existente în pistonul secundar 24 care, datorită piciorușelor distanțiere, va lăsa liber orificiul din capacul superior 25, astfel că insulină va fi condusă prin intermediul flexibilului 26 în unitatea specială de injectare 2 și de aici în circuitul sangvin.

Toate aceste operațiuni vor fi comandate de cip-ul coordonator, care va stabili perioada de inversare a sensului curentului în circuitul electromagnetic, numărul de curse active ale pistoanelor, în funcție de nivelul glicemiei și de masa corporală a subiectului, precizia de dozare a cantității de insulină la o cursă activă fiind de circa 0.5 unități.

O micropompă identică constructiv, dar de dimensiuni mai reduse, este atașată recipientului cu fund mobil pentru glucagon 46, descris în fig. 8.

Unitatea de injectare a insulinei 2 în lumenul unui vas de sânge are în alcătuire un corp principal 28 (fig. 5), în care este fixat un suport 30 cu ac de titan 29, de secțiune pătrată în partea superioară și prevăzut cu un orificiu central, piesă care se continuă în partea inferioară cu o zonă cilindrică cu alezaj în care culisează un piston cu alezaj central 33, de care este atașat flexibilul de transport al insulinei.

Reglarea poziției vârfului acului în lumenul vasului de sânge, pe axa fluxului de sânge care circulă prin arteriolă, se realizează cu ajutorul unei piulițe de reglaj 31, fixată pe corpul 28 prin intermediul unui element cu guler 34, iar reglarea poziției suportului de ac 30 se realizează cu un șurub cu alezaj axial 32.

Un manșon de silicon 35, secționat pe generatoare, este montat pe vasul de sânge pe care îl va centra elastic, prin intermediul a două semicarcase de titan 36, articulate, fixate la partea superioară a corpului principal 28.

Succesiunea operațiilor de montaj a acestei unități de injectare a insulinei în lumenul unui vas de sânge, în spătă o arteriolă, sunt următoarele: montarea în jurul vasului de sânge a manșonului de silicon 35, rotirea piuliței de reglaj 31, astfel încât șurubul cu alezaj 32 să deplaseze suportul de ac 30 pe o distanță maximă posibilă, distanță egală din construcție cu cea de la vârful acului de titan până la axul fluxului sangvin ce concordă în acest caz cu axa comună a manșonului de silicon și, respectiv, a semicarcaselor. În timpul deplasării suportului de ac și a zonei cilindrice cu alezaj a acestuia, pistonul 33 rămâne într-o poziție stabilă față de celelalte elemente ale unității de injectare a insulinei.

Difuzorul osmotic 3 (fig. 6) este constituit dintr-un corp 37, conectat la un tub flexibil 38 de aducție insulină, căptușit cu o membrană semipermeabilă 39 din fibre sau element ceramic poros, cu suprafață activă reglabilă, care permite transferul osmotic al insulinei aflate sub presiunea membranei elastice 13, în circuitul sangvin, cu scopul asigurării nivelului insulinemiei bazale.

O piuliță filetată 40, montată pe corpul 37, permite reglajul suprafetei active a membranei semipermeabile 39 și implicit a cantității de insulină ce ajunge prin acest difuzor osmotic în circuitul sangvin, fiind prevăzută cu o sită de titan 41, ce vine în contact direct cu tesutul uman în zona de difuzare osmotică a insulinei.

1 Funcția difuzorului osmotic 3 este o funcție de transfer osmotic permanent printr-o  
2 membrană semipermeabilă 39, datorită presiunii exercitate de membrana elastică 13, ce  
3 delimită volumul de insulină existent în corpul pompei, până la contactul acesteia cu zona  
4 sferică 7 a corpului principal 1, când se comandă și se efectuează reîncărcarea aparatului,  
5 transfer osmotic permanent ce se face în scopul asigurării în organismul pacientului a  
6 nivelului insulinemiei bazale. Funcția de transfer osmotic este un proces de baromembrană  
7 aplicat în acest caz în scopul dozării extrem de fine și continue a nivelului insulinei în circuitul  
8 sangvin al subiectului, similar nivelului insulinemiei bazale asigurate de către pancreas unui  
9 organism sănătos, adică 0,2...0,4 U.I./kg corp în 24 h. Soluția constructivă pentru care se  
10 optează în acest caz, pentru a evita fenomenul de resorbție redusă a insulinei eliberate de  
11 difuzorul osmotic de către țesuturile din imediata vecinătate a acestuia, este aceea că  
12 insulină eliberată de difuzorul osmotic cu suprafață activă reglabilă 3 să fie dirijată printr-un  
13 tub flexibil ce va fi branșat în amonte de unitatea specială de injectare a insulinei 2, astfel  
14 încât întreaga cantitate de insulină eliberată de difuzorul osmotic să intre în fluxul sangvin,  
15 în mod continuu, prin intermediul acului de titan cu care este prevăzută unitatea de injectare  
a insulinei (fig. 5).

16 Fig. 7 reprezintă schema de principiu de măsurare a nivelului glicemiei, cu ajutorul  
17 unui microspectrometru electronic (cunoscut din stadiul tehnicii), în care este reprezentat  
18 fluxul de electroni cu o anumită energie inițială 42, un vas de sânge, în spate o venă 43,  
19 traversată de fluxul de electroni, un flux de electroni cu energie diminuată 44 și un analizor  
20 al spectrului de pierderi energetice 45, în spate al microspectrometrului electronic.

21 Unitatea de eliberare în circuitul sangvin a glucagonului, hormon hiperglicemiant, în  
22 cazul unei hipoglicemii (fig. 8) are în compunere un recipient pentru glucagon 46, cu fund  
23 mobil 50 și orificiu de circulație al aerului 51 în și din spatele fundului mobil, aflat în legătură  
24 cu o micropompă pentru glucagon 11', identică constructiv cu micropompa pentru insulină  
25 11, dar de dimensiuni mai reduse. Recipientul pentru glucagon 46 este prevăzut cu un  
26 element de legătură 47 între micropompa de glucagon 11' și duza de titan 6, și cu un  
27 element din cauciuc 49, prin care se face reîncărcarea cu glucagon a recipientului cu fund  
28 mobil. Circuitul schematic al glucagonului este prezentat la poziția 48, traseul începând din  
29 recipientul de depozitare cu fund mobil, trecând în micropompă și apoi în circuitul sangvin.

30 Rolul funcțional al acestei unități este acela că, la comanda cip-ului coordonator, în  
31 cazul în care glicemia pacientului monitorizat coboară la valori  $\leq 70$  mg/dl, conform metodei,  
32 să execute eliberarea unei anumite cantități de glucagon din recipientul cu fund mobil, cu  
33 ajutorul micropompei pentru glucagon și al duzei de titan, până în momentul revenirii valorilor  
34 glicemiei în limite normale, conform metodei.

## Revendicări

1

1. Metodă de monitorizare a glicemiei la pacienți cu diabet zaharat insulinonecesitant, constând în măsurarea valorilor glicemiei pacientului cu ajutorul unui senzor, controlul cantității de substanță fiziologică de administrat în funcție de valorile măsurate și administrarea acesteia în organism, <b>caracterizată prin aceea că</b> frecvența de măsurare a valorilor glicemiei este în funcție de valorile măsurate, scăzând pe măsură ce valoarea glicemiei se situează în limitele de $100 \pm 2$ mg/dl și crescând dacă valorile glicemiei sunt în afara domeniului menționat de $100 \pm 2$ mg/dl, atât în situația în care acestea sunt mai mari de 102 mg/dl, caz în care se inițiază comanda de injectare direct în fluxul sangvin a unui număr de unități de insulină, cât și în cazul în care valorile măsurate ale glicemiei sunt mai mici de 70 mg/dl, caz în care se inițiază comanda de eliberare în circuitul sangvin a unei cantități de glucagon, până când glicemia crește la valori mai mari sau egale cu 80 mg/dl, <b>și prin aceea că</b> , pentru asigurarea unui nivel corespunzător al insulinemiei bazale, se introduce în mod continuu în corp o cantitate infinitezimală de insulină prin intermediul unui difuzor osmotic (3).	3
2. Metodă de monitorizare a glicemiei, conform revendicării 1, <b>caracterizată prin aceea că</b> glicemia se măsoară cu ajutorul unui microspectrometru (4) montat pe un vas de sânge, la intervale orare de 15 min, dacă valoarea glicemiei se situează în limitele de $100 \pm 2$ mg/dl, pentru două măsurători consecutive, intervalul de măsurare se mărește la 30 min, iar dacă valoarea glicemiei se menține în același domeniu de valori pentru încă două măsurători consecutive, intervalul de măsurare crește la o oră și se menține constant pentru maximum 6 h.	17
3. Metodă de monitorizare a glicemiei, conform revendicării 1, <b>caracterizată prin aceea că</b> , dacă valorile glicemiei sunt în afara domeniului menționat de $100 \pm 2$ mg/dl, se revine automat la frecvența de măsurare de 15 min, dacă valoarea glicemiei este mai mare de 102 mg/dl, frecvența măsurătorilor crește, perioada de timp între determinări scăzând la 5 min, concomitent cu comanda de injectare a insulinei, și dacă valoarea glicemiei este mai mică de 70 mg/dl, frecvența măsurătorilor crește, perioada de timp între determinări scăzând la 10 min, iar dacă valoarea glicemiei este mai mică de 70 mg/dl, frecvența măsurătorilor crește, perioada de timp între determinări scăzând la 5 min, concomitent cu comanda de eliberare în circuitul sangvin a unei cantități corespunzătoare de glucagon.	25
4. Metodă de monitorizare a glicemiei, conform revendicării 1, <b>caracterizată prin aceea că</b> , în situația în care ultima înregistrare are o valoare mai mare decât precedenta, numărul de unități de insulină injectate direct în fluxul sangvin depinde atât de diferența absolută între valorile ultimelor două înregistrări, cât și de greutatea corporală a pacientului, în caz contrar nefiind dată comanda de injectare a insulinei, urmând a se efectua măsurătorile la aceeași frecvență până în momentul în care valoarea glicemiei rămâne stabilă pe parcursul a trei măsurători consecutive, iar dacă valoarea stabilizată a glicemiei este mai mare decât domeniul de referință setat de $100 \pm 2$ mg/dl, se comandă din nou injectarea de insulină, conform aceluiași algoritm, până când valoarea glicemiei revine în limitele de $100 \pm 2$ mg/dl.	33
5. Aparat de injectat insulină pacienților cu diabet zaharat insulinonecesitant, având în alcătuire o unitate de monitorizare a glicemiei (4), un recipient pentru insulină și unul pentru glucagon, aflată în legătură cu niște micropompe de distribuție, și o unitate de injectare (2), <b>caracterizat prin aceea că</b> recipientele pentru insulină și glucagon, și micropompele de distribuție (11 și 11'), sunt amplasate într-un corp de formă cilindrică (1),	43
	45
	47

1 din chevlar, cu partea anteroară în formă de calotă sferică perforată, constituită dintr-un  
 3 perete mobil (15), deplasabil sub acțiunea unei membrane elastice separatoare (13), care  
 5 delimităză, împreună cu un perete interior separator (9), filetat, o cavitate cu volum variabil,  
 7 peretele interior separator (9) fiind compartimentat pe față anteroară pentru amplasarea  
 9 micropompelor (11 și 11') pentru insulină, respectiv, glucagon, a unui cip coordonator și a  
 11 unor baterii reîncărcabile, iar corpul (1) fiind prevăzut cu un capac filetat (8) având două  
 orificii pentru reîncărcarea aparatului cu insulină, respectiv, cu glucagon, și aflându-se în  
 legătură, prin niște tuburi flexibile (26, 33 și 38), inextensibile, cu unitatea de injectare (2) a  
 insulinei, cu unitatea de monitorizare a glicemiei (4) cu ajutorul unui microspectrometru și cu  
 difuzorul osmotic (3) ce asigură nivelul insulinemiei bazale prin transfer osmotic, întregul  
 ansamblu fiind acoperit cu o husă de protecție (5) din material biocompatibil, în spătă silicon.

6. Aparat de injectat insulină, conform revendicării 5, **caracterizat prin aceea că**  
 13 micropompa (11) de injectare a insulinei este compusă dintr-un corp (18) având formă  
 15 cilindrică și cel puțin un orificiu pentru accesul insulinei în micropompă, o cămașă interioară  
 17 de teflon (19) prevăzută cu un miniarc elicoidal tronconic (21), o sferă de cauciuc (22) cu rol  
 19 de supapă, un perete despărțitor fix (23) situat în interiorul micropompei, constituie dintr-un  
 21 elecmagnet în cămașă de teflon și prevăzut cu un orificiu central, un piston principal (20),  
 23 plasat în partea inferioară a micropompei, constituie dintr-un magnet permanent în cămașă  
 25 de teflon și prevăzut cu piciorușe distanțiere plasate pe față dinspre peretele fix (23), un  
 27 piston secundar (24), plasat în partea superioară a micropompei, constituie dintr-un magnet  
 permanent în cămașă de teflon, cu rol de închidere a orificiului central al peretelui fix (23),  
 29 în scopul împiedicării fluxului în sens invers al insulinei, magnetii celor două pistoane fiind  
 31 poziționați cu același pol unul față de altul, pentru a crea o forță de respingere, fiind posibilă  
 33 în acest fel funcționarea micropompei prin schimbarea sensului curentului electromagnetului  
 și implicit a polilor magnetilor, astfel încât ambele pistoane se vor deplasa în același sens  
 35 și apoi în sens invers la schimbarea polarității.

7. Aparat de injectat insulină, conform revendicării 5, **caracterizat prin aceea că**  
 27 unitatea de injectare a insulinei (2) în lumenul unui vas de sânge este compusă dintr-un corp  
 29 principal (28), un ac de titan (29), un suport pentru ac (30) cu alezaj cu secțiune pătrată în  
 31 partea superioară și cilindrică în partea inferioară, în care culisează la montaj un piston cu  
 33 alezaj central (33), de care este atașat tubul flexibil de transport insulină (33), o piuliță de  
 reglaj (31) ce asigură prin însurubare poziționarea vârfului acului de titan (29) în lumenul  
 35 vasului de sânge, pe axa fluxului sangvin, piulița de reglaj (31) fiind înfiletată pe un șurub cu  
 37 alezaj axial (32), prin intermediul căruia suportul de ac (30) este deplasat în poziție optimă  
 în axul unor semicarcase de titan (36) și implicit în lumenul vasului de sânge, pe axa fluxului  
 sangvin, acul (29) perforând în această operațiune de reglare atât un manșon de silicon (35)  
 plasat în jurul vasului de sânge, cât și peretele acestuia.

8. Aparat de injectat insulină, conform revendicării 5, **caracterizat prin aceea că**  
 39 difuzorul osmotic (3) este compus dintr-un corp (37), tubul flexibil pentru aducțiunea insulinei  
 (38), o membrană semipermeabilă (39) cu suprafață activă reglabilă, constituie din fibre sau  
 41 material ceramic poros, ce permite transferul osmotic de insulină pentru asigurarea nivelului  
 43 insulinemiei bazale, o piuliță de reglaj (40) și o sită de titan (41).

9. Aparat de injectat insulină, conform revendicării 5, **caracterizat prin aceea că** are  
 45 în compunere o unitate de eliberare în circuitul sangvin a glucagonului, compusă din  
 recipientul pentru glucagon (46) prevăzut cu un fund mobil (50), aflat în legătură cu  
 47 micropompa pentru glucagon (11'), identică constructiv cu micropompa pentru insulină (11),  
 dar de dimensiuni mai mici, și o duză de titan (6) prin care glucagonul se eliberează în  
 circuitul sangvin.

# RO 123581 B1

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)

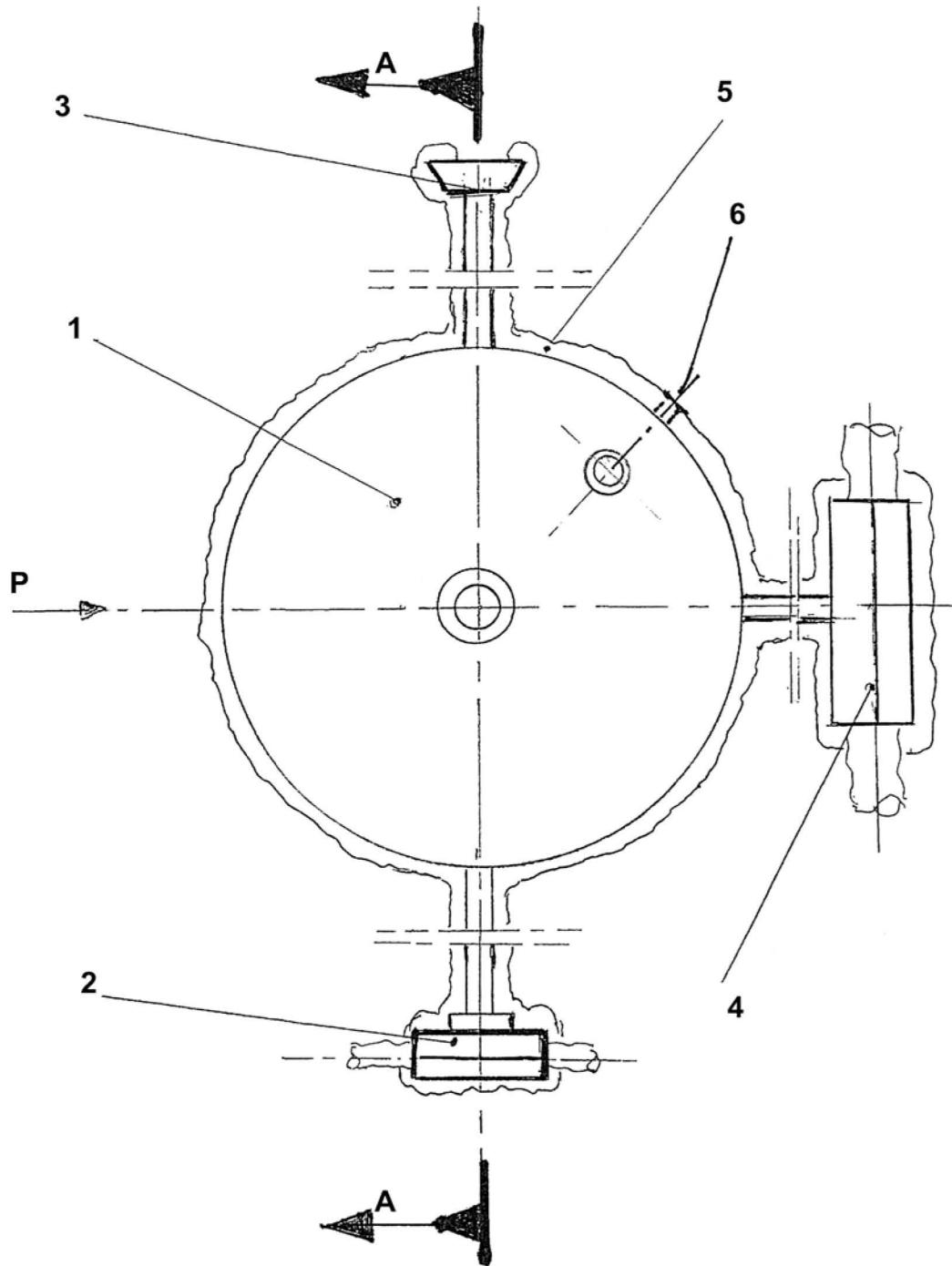
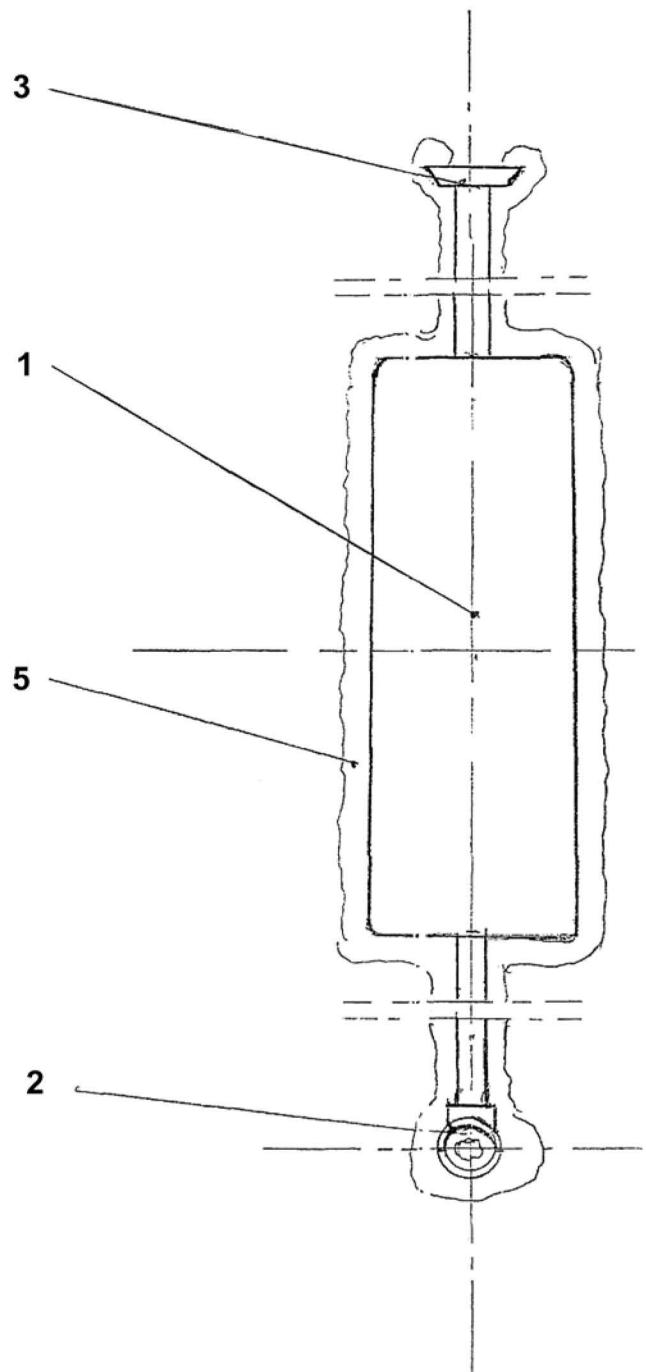


Fig. 1

**(51) Int.Cl.**

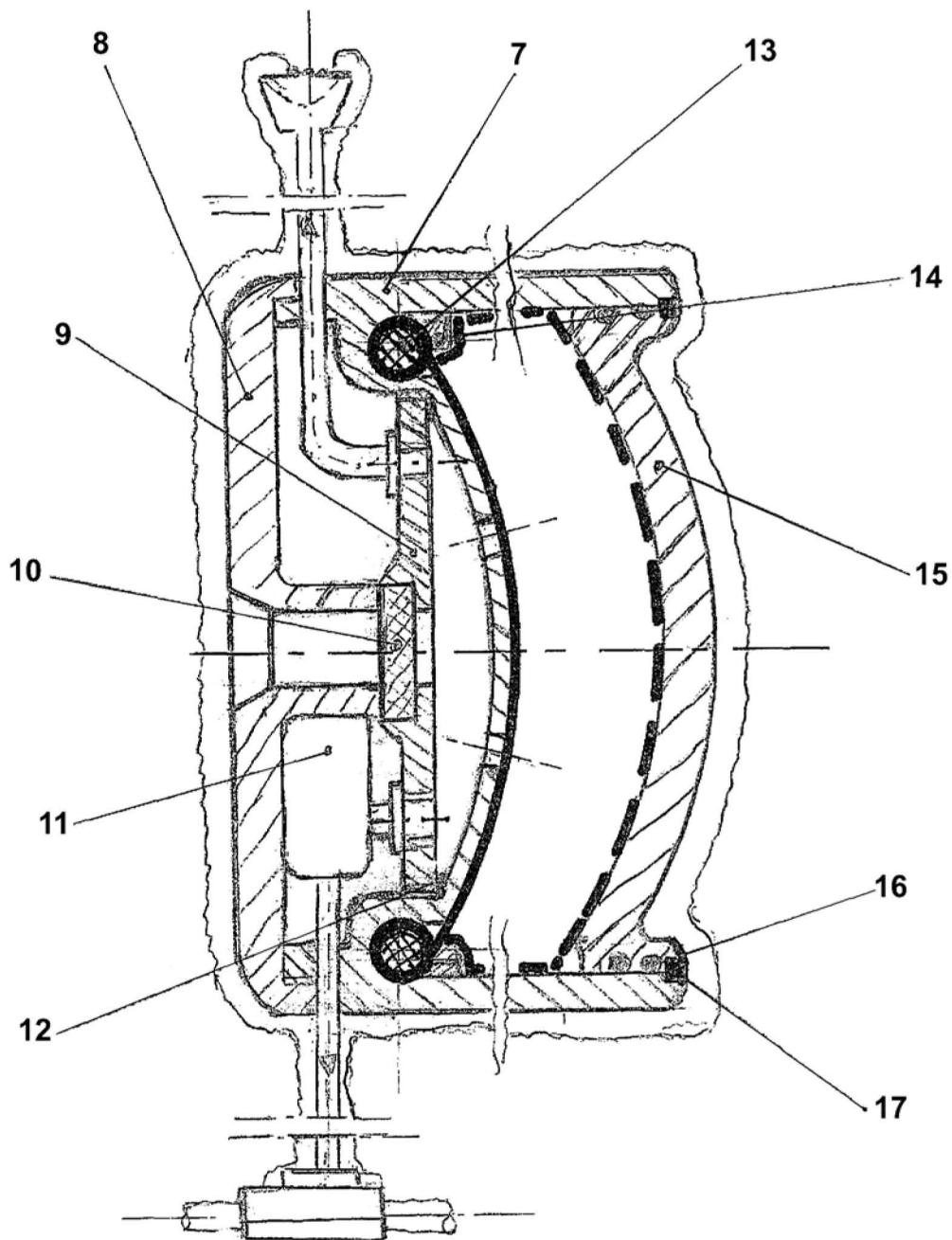
**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)



**Fig. 2**

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)



**Fig. 3**

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)

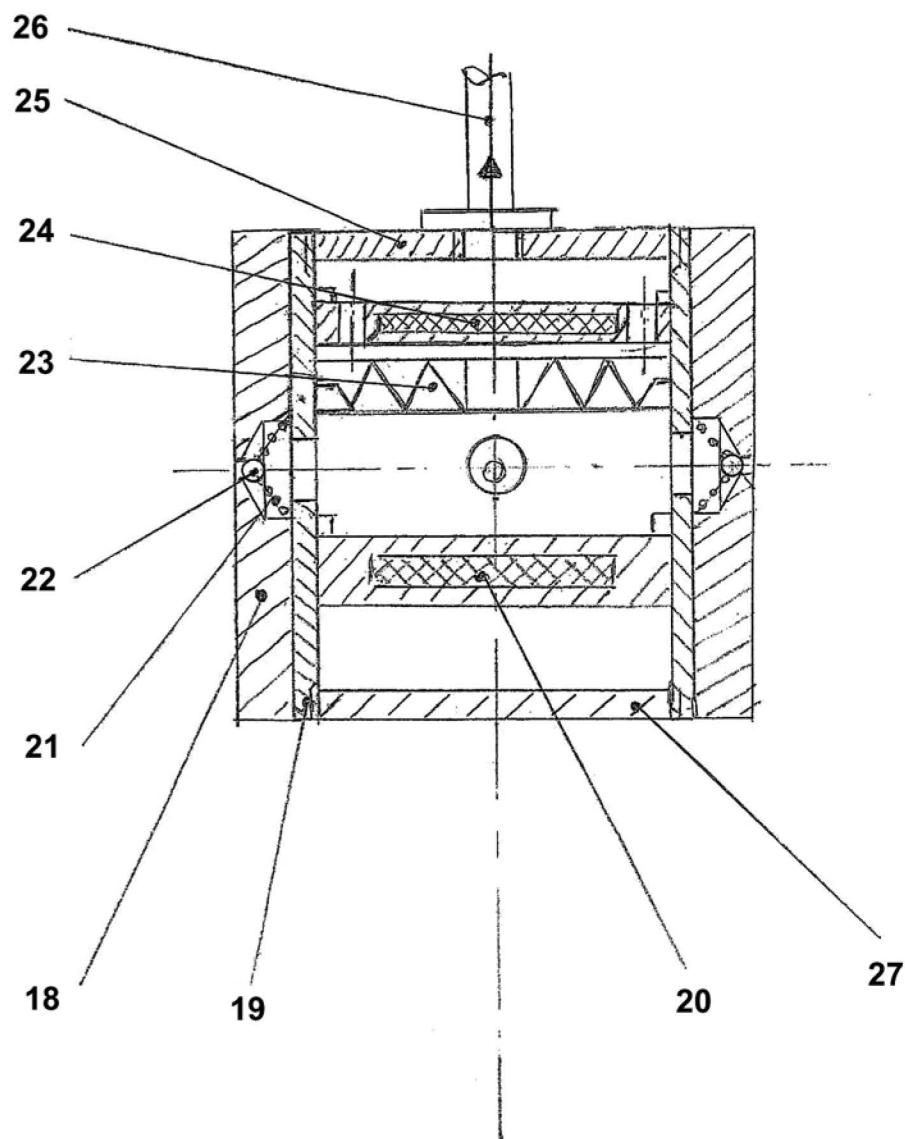


Fig. 4

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)

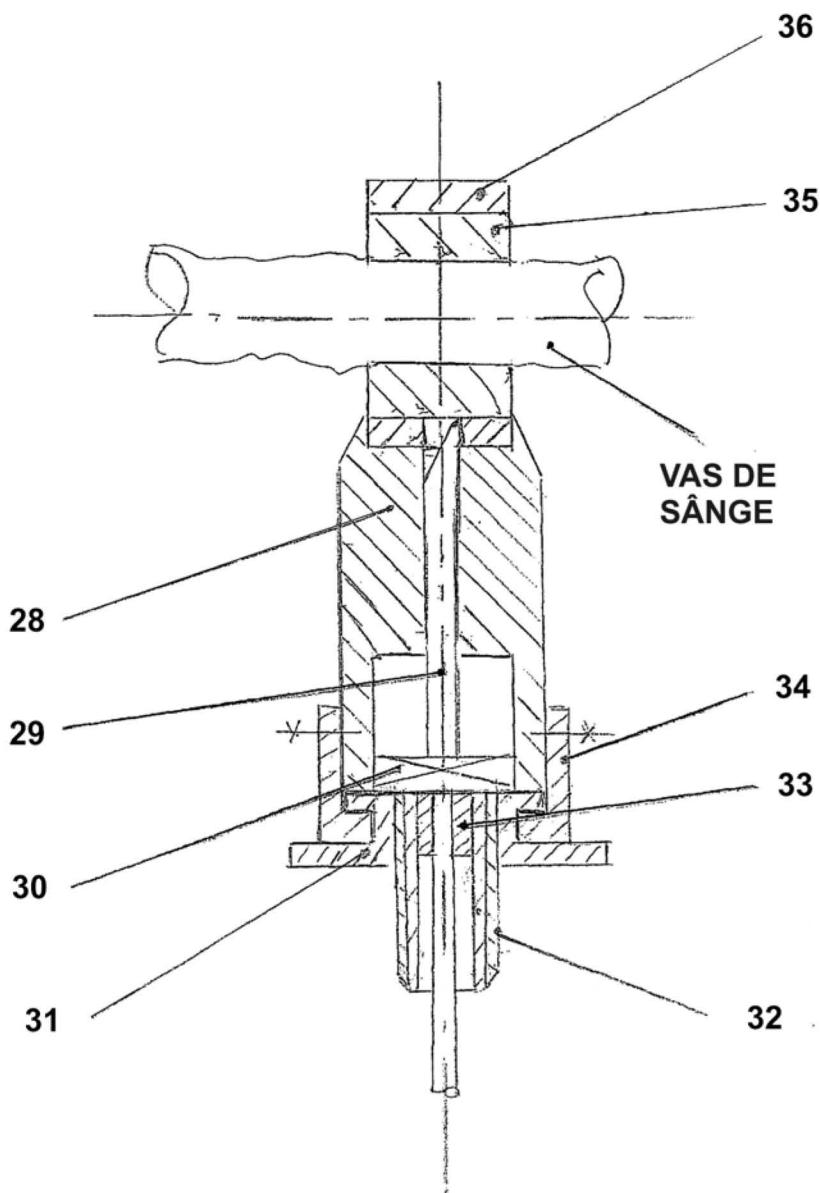


Fig. 5

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)

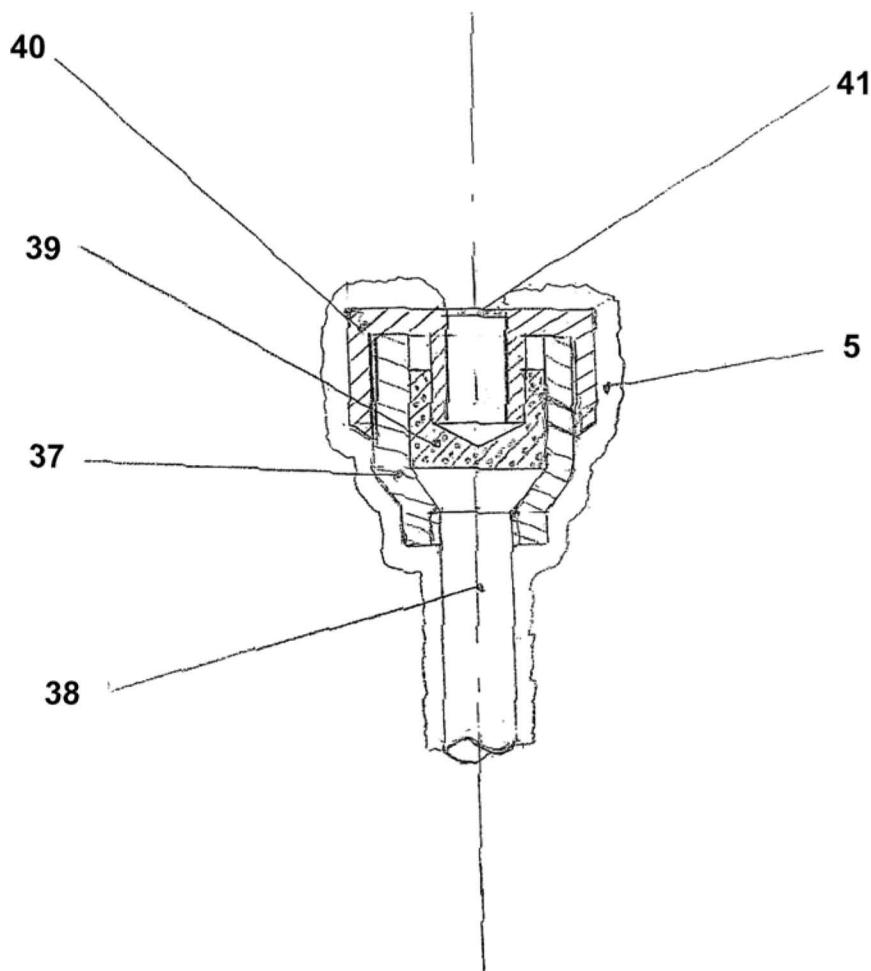
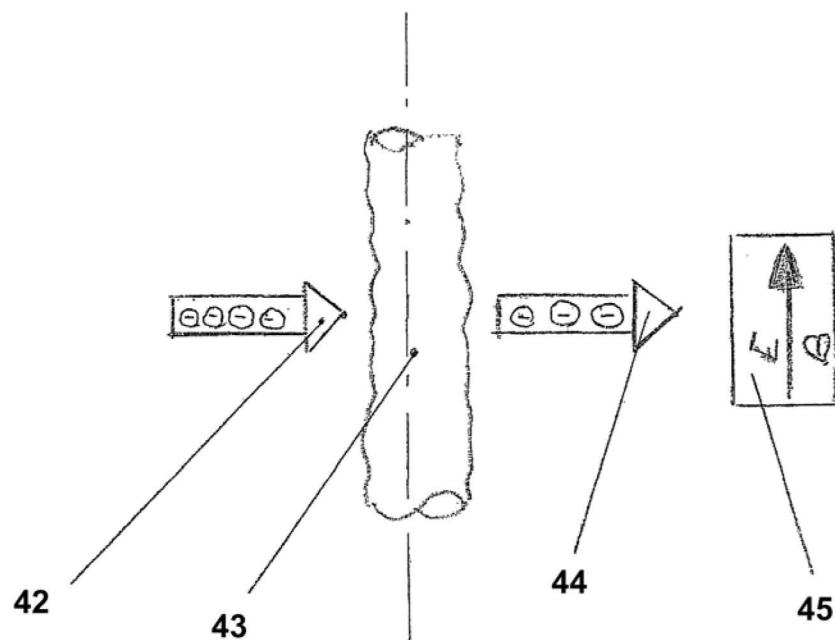


Fig. 6

**(51) Int.Cl.**

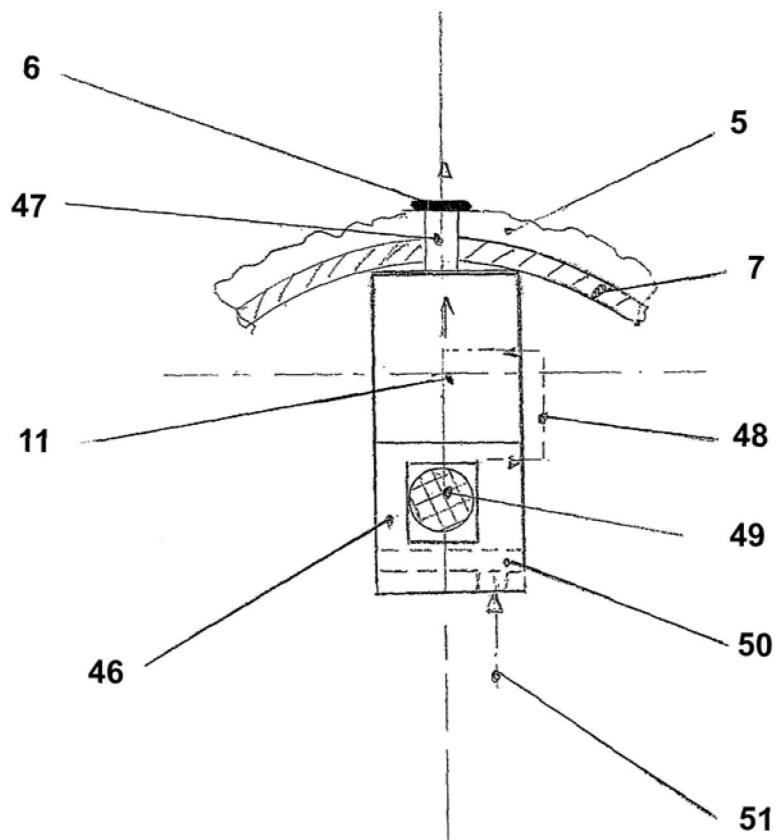
**A61B 5/155** (2006.01).  
**A61M 5/172** (2006.01).  
**A61M 5/142** (2006.01).  
**G01N 33/49** (2006.01).  
**A61F 2/02** (2006.01)



**Fig. 7**

(51) Int.Cl.

**A61B 5/155** (2006.01);  
**A61M 5/172** (2006.01);  
**A61M 5/142** (2006.01);  
**G01N 33/49** (2006.01);  
**A61F 2/02** (2006.01)



**Fig. 8**



Editare și tehnoredactare computerizată - OSIM  
Tipărit la Oficiul de Stat pentru Invenții și Mărci  
sub comanda nr. 49/2014