



(12) **EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG**

(43) Veröffentlichungstag:
19.09.2018 Patentblatt 2018/38

(51) Int Cl.:
A61B 5/053 (2006.01) A61B 5/00 (2006.01)

(21) Anmeldenummer: **18161691.3**

(22) Anmeldetag: **14.03.2018**

(84) Benannte Vertragsstaaten:
AL AT BE BG CH CY CZ DE DK EE ES FI FR GB GR HR HU IE IS IT LI LT LU LV MC MK MT NL NO PL PT RO RS SE SI SK SM TR
Benannte Erstreckungsstaaten:
BA ME
Benannte Validierungsstaaten:
KH MA MD TN

(72) Erfinder:
• **Wolfgang, Sening**
91522 Ansbach (DE)
• **Wiehl, Michael**
91522 Erlangen (DE)

(74) Vertreter: **Wittmann, Günther**
Patentanwaltskanzlei Wittmann
Frans-Hals-Straße 31
81479 München (DE)

(30) Priorität: **14.03.2017 DE 102017105447**

(71) Anmelder: **Senetics Healthcare Group GmbH & Co. KG**
91522 Ansbach (DE)

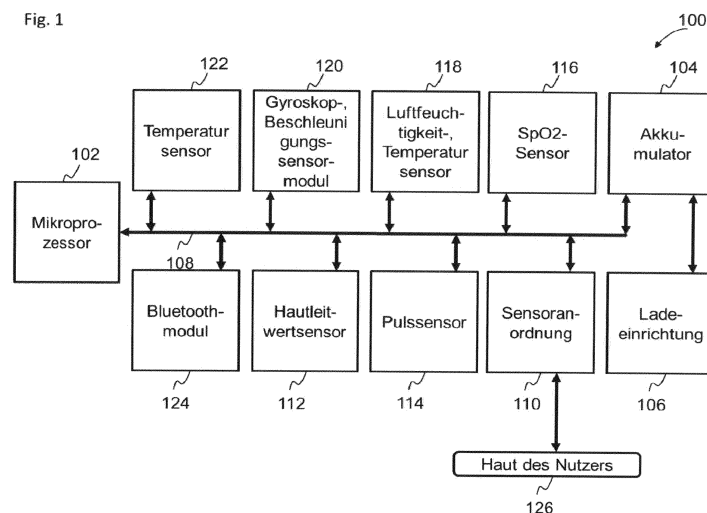
(54) **VORRICHTUNG UND VERFAHREN ZUM ERMITTELN DES HYDRATIONSZUSTANDES EINES KÖRPERS EINES MENSCHEN ODER EINES SÄUGETIERES**

(57) Die Erfindung offenbart eine Hydrationszustandserfassungsvorrichtung, die dazu ausgebildet ist, den Hydrationszustand eines Körpers eines Menschen oder eines Säugetieres zu erfassen, aufweisend:

- eine erste Sensoranordnung, die dazu ausgebildet ist, elektromagnetische Wellen über die Haut in den Körper zu emittieren, und dazu ausgebildet ist, vom Körper transmittierte elektromagnetische Wellen und/oder vom Körper reflektierte elektromagnetische Wellen zu erfassen, wobei die erste Sensoranordnung dazu ausgebildet ist, auf der Haut des Körpers angeordnet zu werden und wobei die erste Sensoranordnung zumindest eine erste

Messgröße ausgibt, die auf der transmittierten und/oder reflektierten elektromagnetischen Wellen beruht;
- eine zweite Sensoranordnung, die dazu ausgebildet ist, zumindest eine zweite physikalische Größe des Körpers zu messen und eine zweite Messgröße auszugeben, die auf der zweiten physikalischen Größe beruht; und
- eine Auswerteeinrichtung, die dazu ausgebildet ist, auf Grundlage der ersten Messgröße und der zweiten Messgröße den Hydrationszustand des Körpers zu ermitteln. Die Erfindung offenbart auch ein entsprechendes Verfahren zum Bestimmen des Hydrationszustandes.

Fig. 1



Beschreibung

5 [0001] Die vorliegende Erfindung offenbart eine Vorrichtung und ein Verfahren zum Ermitteln des Hydrationszustandes eines Menschen oder eines Säugetieres. Insbesondere ermöglicht die vorliegende Erfindung eine kontinuierliche Überwachung des Hydrationszustandes eines lebendigen Körpers. Die Erfindung eignet sich insbesondere zur kontinuierlichen Überwachung des Flüssigkeitshaushaltes bzw. Hydrationszustandes eines Menschen.

Stand der Technik

10 [0002] Im Stand der Technik kann eine Messung des Flüssigkeitsgehaltes eines lebendigen Körpers nach momentanem Stand der Wissenschaft direkt oder indirekt durchgeführt werden. Zu dem direkten Messverfahren zählt beispielsweise die Körperwassermessung durch eine radioaktive Isotopverbindung. Ein Vorteil der direkten Messung ist, dass der aktuelle Flüssigkeitsgehalt eines Körpers gemessen werden kann und sind folglich die genauestens zur Verfügung stehenden Mittel, um einen Hydrationszustand zu bestimmen. An diesem Stand der Technik ist nachteilig, dass die meisten direkten Messtechniken die Einnahme und/oder intravenöse Verabreichung einer potenziell gefährlichen Substanz aufweisen. Ferner ist an diesem Stand der Technik nachteilig, dass aufgrund der erforderlichen umfangreichen Analysen, beispielsweise von Blutproben, die Messung des Hydrationszustandes nicht kontinuierlich durchgeführt werden kann.

20 [0003] Beispiel indirekter Verfahren sind die Ultraschallmessung und Spektroskopie. Bei diesem Verfahren ist nachteilig, dass der Nachweis des gesamten Körperwassergehaltes schwierig ist.

[0004] Die Ultraschallmessung nützt die Abhängigkeit der Ausbreitungsgeschwindigkeit des Ultraschallsignals in einer muskulären bzw. molekularen Zusammensetzung. Mit diesem Verfahren kann lediglich der lokale Wassergehalt eines Muskels gemessen werden. Nachteilig ist auch, dass das Ergebnis nicht zwangsläufig mit dem Feuchtigkeitsgehalt des Körpers korreliert werden kann. Dieser Stand der Technik ist beispielsweise in der US 7,291,190 und der US 7,033,321 beschrieben.

25 [0005] Die Spektroskopie basiert auf der Berechnung der Absorption elektromagnetischer Strahlung durch die Haut, die eine Korrelation mit dem Wasserhaushalt ermöglicht. An diesem Verfahren ist nachteilig, dass der Feuchtigkeitsgehalt bzw. Flüssigkeitsgehalt der Haut nicht mit dem Flüssigkeitsgehalt des ganzen Körpers in Verbindung gesetzt werden kann.

30 [0006] Die DE 10 2014 109 549 A1 offenbart einen in den Körper zu implantierenden Sensor, der in vivo einen interstitiellen Flüssigkeitsparameter ermitteln kann. An diesem Stand der Technik ist nachteilig, dass der Sensor in den Körper implantiert werden muss, was in den meisten Fällen unerwünscht ist und die Anzahl der Anwendungen einschränkt.

35 [0007] Derzeit ist in der stationären und/oder ambulanten Pflege kein Verfahren bekannt, mit dem zum einen der aktuelle Zustand der Flüssigkeitsversorgung eines Patienten ermittelt werden kann und zum anderen eine angemessene Dokumentation des Flüssigkeitszustandes eines Patienten durchgeführt werden kann. Da die Verfahren des Standes der Technik lediglich ungenaue Ergebnisse zur Verfügung stellen und die Anforderung an die Ermittlung der Flüssigkeitsversorgung des Körpers eines Patienten sehr hoch sind, ist es professionellen Dienstleistern und professionellen medizinischen Einrichtungen nur bedingt möglich, den Zustand der Flüssigkeitsversorgung eines Patienten adäquat zu erfassen und zu dokumentieren.

40 [0008] Die Überwachung des Flüssigkeitshaushaltes ist insbesondere bei der Pflege älterer Menschen, bei Sportlern, bei Menschen, die hauptsächlich im Büro arbeiten, bei Fahrern eines Kraftfahrzeuges, bei der Überwachung des Wasserhaushaltes von Tieren und beim Messen der Feuchte von Hautersatzstoffen wichtig. Trotz der Tatsache, dass die Überwachung des Wasserhaushaltes bzw. des Hydratisierungsgrades für viele Personen wichtig ist, ist zurzeit kein zuverlässiges Verfahren bekannt, mit dem die Überwachung von Änderungen des Hydrationszustandes mit einem angemessenen Aufwand und einer angemessenen Zuverlässigkeit erfolgen kann. Die im Stand der Technik verfügbaren Verfahren sind entweder mittelbare Verfahren oder ungenau. Die direkten Verfahren sind aufwändig und komplex und mit einer Einnahme unerwünschter Mittel verbunden.

Kurze Beschreibung der Erfindung

50 [0009] Die Erfindung stellt sich zur Aufgabe, den Hydrationszustand eines Körpers eines Menschen oder Säugetieres mit einfachen Mitteln kontinuierlich zu überwachen.

55 [0010] Die Aufgabe der Erfindung wird durch eine Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach Anspruch 1, durch ein Verfahren zum Ermitteln des Hydrationszustandes nach Anspruch 7 und durch ein Computerprogrammprodukt nach Anspruch 12 gelöst. Die abhängigen Ansprüche beanspruchen bevorzugte Ausführungsformen.

[0011] Eine erfindungsgemäße Hydrationszustandserfassungsvorrichtung, die dazu ausgebildet ist, den Hydrationszustand eines Körpers eines Menschen oder eines Säugetieres oder eines beliebigen Organismus oder Gewebes zu

erfassen, umfasst eine erste Sensoranordnung, eine zweite Sensoranordnung und eine Auswerteeinrichtung. Die erste Sensoranordnung ist dazu ausgebildet, elektromagnetische Wellen über die Haut in den Körper zu emittieren und dazu ausgebildet, vom Körper transmittierte elektromagnetische Wellen und/oder vom Körper reflektierte elektromagnetische Wellen zu erfassen. Die erste Sensoranordnung kann alternativ oder zusätzlich dazu ausgebildet sein, die Impedanz des Körpers zu messen. Die erste Sensoranordnung ist dazu ausgebildet, auf der Haut des Körpers angeordnet zu werden. Die erste Sensoranordnung ermittelt zumindest eine erste Messgröße, die auf den transmittierten und/oder reflektierten elektromagnetischen Wellen beruht. Die zweite Sensoranordnung ist dazu ausgebildet, zumindest eine weitere physikalische Größe des Körpers zu messen und eine zweite Messgröße auszugeben, die auf der zweiten physikalischen Größe beruht. Die Auswerteeinrichtung ist dazu ausgebildet, auf Grundlage der ersten Messgröße und der zweiten Messgröße den Hydrationszustand des Körpers zu ermitteln. Bei einer Ausführungsform kann die elektromagnetische Welle eine Mikrowelle sein. Bei einer anderen Ausführungsform kann die erste Sensoranordnung ein Bioimpedanzsensor sein. Bei der Bioimpedanzmessung wird eine elektrische Impedanz des Körpers durch zwei Elektroden auf dem Körper bei unterschiedlichen Frequenzen ermittelt. Mittels niedriger Frequenzen kann der extrazelluläre Wassergehalt ermittelt werden, und mittels höherer Frequenzen kann der gesamte Wassergehalt im Messbereich ermittelt werden. Die erste Sensoranordnung misst die Resonanzfrequenz des Bereichs des Körpers, in dem sich die von der ersten Sensoranordnung emittierten elektromagnetischen Wellen ausbreiten.

[0012] Bei einer Ausführungsform kann die erste Sensoranordnung die Feuchtigkeit des Gewebes bzw. des Körpers mittels einer Reflexion elektromagnetischer Wellen ermitteln. Bei dieser Ausführungsform werden die elektromagnetischen Wellen von einer Seite des Körpers in das Gewebe eingestrahlt. Durch die Reflexion am Gewebe des Körpers, werden die elektromagnetischen Wellen wieder an dem Sensor ermittelt und als Messgröße für die Auswertung verwendet. In diesem Fall ist lediglich eine Komponente erforderlich, die gleichzeitig als Sender und Empfänger arbeitet. Diese Komponente berührt die Haut des Körpers aber wird nicht in diesen implantiert.

[0013] Bei einer zweiten Ausführungsform kann mittels der ersten Sensoranordnung die Messung der Gewebefeuchte mittels Transmission erfolgen. In diesem Fall werden elektromagnetische Wellen von einer Seite in das Gewebe des Körpers mittels eines Senders eingestrahlt. Die elektromagnetischen Wellen werden auf der dem Sender gegenüber liegenden Seite von einer Detektionseinrichtung empfangen. Aufgrund der Reflexion am Gewebe werden die elektromagnetischen Wellen wieder am Sensor ermittelt und durch einen darin angeordneten Empfänger erfasst. Zusätzlich werden die elektromagnetischen Wellen, die das Gewebe des Körpers durchlaufen haben, an der Detektionseinrichtung erfasst. Bei dieser Ausführungsform können sowohl die reflektierten als auch die transmittierten elektromagnetischen Wellen berücksichtigt werden.

[0014] Die erfindungsgemäße Hydrationszustandserfassungsvorrichtung benutzt mehrere Sensoranordnungen, um den Hydrationszustand zu messen. Dadurch ist es möglich, den Hydrationszustand des Körpers kontinuierlich mit einer ausreichenden Genauigkeit zu messen.

[0015] Die vorliegende Erfindung hat den Vorteil, dass Sie kompakt aufgebaut werden kann und als Überwachungseinrichtung von einem Patienten mitgeführt werden kann. Ferner wird der Feuchtigkeitshaushalt eines Patienten kontinuierlich überwacht, ohne dass aufwändige Verfahren durchgeführt werden müssen. Ferner muss kein Sensor in den Körper implantiert werden. Zusätzlich müssen keine potentiell gefährlichen Mittel durch den Patienten eingenommen werden.

[0016] Die erfindungsgemäße Hydrationszustandserfassungsvorrichtung erzielt eine höhere Genauigkeit als vergleichbare Vorrichtungen des Standes der Technik, weil eine Mehrzahl unterschiedlicher physikalischer Größen ermittelt bzw. überwacht wird.

[0017] Die Hydrationszustandserfassungsvorrichtung kann zumindest eine weitere Sensoranordnung aufweisen, die je dazu ausgebildet sind, zumindest eine weitere physikalische Größe des Körpers zu messen und die je eine weitere Messgröße ausgeben, die auf der weiteren physikalischen Größe beruht. Die Auswerteeinrichtung kann dazu ausgebildet sein, auf Grundlage der ersten Messgröße, der zweiten Messgröße und der weiteren Messgrößen den Hydrationszustand des Körpers zu ermitteln. Je mehr physikalische Größen ermittelt bzw. überwacht werden, desto genauer kann der Hydrationszustand des Körpers ermittelt werden.

[0018] Bei einer Ausführungsform kann die erste Sensoranordnung die Resonanzfrequenz des Bereichs des Körpers, in dem sich die elektromagnetischen Wellen von der ersten Sensoranordnung ausbreiten, messen. Die erste Sensoranordnung kann alternativ oder zusätzlich die die Phasenverschiebung und/oder die Dämpfung der elektromagnetischen Wellen bei der Resonanzfrequenz ermitteln.

[0019] Die zweite und/oder weitere Sensoranordnung kann dazu ausgebildet sein, eine Hautfeuchte, eine Sauerstoffsättigung, einen Puls, einen Blutdruck, einen Körperfettanteil zu messen. Dadurch lässt sich der Hydrationszustand des Körpers genauer ermitteln.

[0020] Die Auswerteeinrichtung kann dazu ausgebildet sein, den Hydrationszustand des Körpers mittels der folgenden Formeln zu ermitteln:

$$TBW = K_0 + K_1 \times f_1(MG_1, MG_{1ref}) + \dots + f_n(MG_n, MG_{nref});$$

5 **[0021]** Die Auswerteeinrichtung kann dazu ausgebildet sein, den Hydrationszustand des Körpers mittels der folgenden Formeln zu ermitteln, falls lediglich zwei Messgrößen verwendet werden:

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref};$$

10 **[0022]** Falls mehr als zwei Sensoranordnungen verwendet werden, kann der Hydrationszustand des Körpers mittels der folgenden Formel ermittelt werden:

$$15 \quad TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref} + K_4 \times MG_3/MG_{3ref} + K_5 \times MG_4/MG_{4ref} \dots;$$

wobei gilt:

TBW: $m_{Wasser}/m_{Körper}$;

MGx: Messgröße x;

MG_{xref}: Referenzwert der Messgröße x;

$f_1(MG_1, MG_{1ref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße 1 und deren Referenzwert ist; und

$f_n(MG_n, MG_{nref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße n und deren Referenzwert ist.

25 **[0023]** Bei einer andere Ausführungsform kann ein Summand eine beliebige Funktion sein, beispielsweise $K_n \times f(MG_n, MG_{nref})$, wobei $f(x, xref)$ ist eine beliebige Funktion ist, beispielsweise MG_n/MG_{nref} , $MG_n/MG_{nref} \times \exp(MG_n + K_n)$, wobei K_n eine Konstante ist, oder $f(x, xref)$ ist eine logarithmische Funktion.

30 **[0024]** Die Hydrationszustandserfassungsvorrichtung kann eine Kalibriereinrichtung aufweisen, die dazu ausgebildet ist, den Referenzwert MG_{xref} einer Messgröße MG_x durch Mittelwertbildung über alle in einer Trainingsphase (Kalibrierungsphase), die einen vorbestimmten Zeitraum dauert, erfassten Messgrößen MG_x einer physikalischen Größe zu ermitteln.

35 **[0025]** Die Mittelwerte werden für alle Messgrößen über den vorbestimmten Zeitraum der Trainingsphase erfasst. Die Mittelwerte dienen zum Normieren der Messwerte. Die Trainingsphase kann bei einem Menschen beispielsweise etwa eine Woche bis etwa drei Wochen dauern. Zusätzlich wird der Wert für den idealen Hydrationszustand TBW (Total Body Water; Gesamtanteil des Wassers im Körper) mittels der Formel nach Watson, Hume-Weyer, und/oder Mellits-Cheek ermittelt.

[0026] Der Wert TBW wird mittels folgender Formel berechnet $TBW = m_{Wasser}/m_{Körper}$.

[0027] Berechnung nach Watson:

$$40 \quad \text{Männer, } TBW = 2.447 - (0.09156 \times \text{age}) + (0.1074 \times h) + (0.3362 \times m_{Body});$$

$$\text{Frauen, } TBW = -2.097 + (0.1069 \times h) + (0.2466 \times m_{Body});$$

45 **[0028]** Berechnung nach Hume-Weyers :

$$\text{Männer, } TBW = (0.194786 \times h) + (0.296785 \times m_{Body}) - 14.012934;$$

$$50 \quad \text{Frauen, } TBW = (0.34454 \times h) + (0.183809 \times m_{Body}) - 35.270121;$$

[0029] Mellits-Cheek (Kinder):

$$55 \quad \text{Jungen, } TBW = -1.927 + 0.465 \times m_{Body} + 0.045 \times h \text{ bei } h < 132.7 \text{ cm};$$

Jungen, $TBW = -21.993 + 0.406 \times m_{Body} + 0.209 \times h$ bei $h > 132.7$ cm;

Mädchen, $TBW = 0.076 + 0.507 \times m_{Body} + 0.013 \times h$ bei $h < 110.8$ cm;

Mädchen, $TBW = -10.313 + 0.252 \times m_{Body} + 0.154 \times h$ bei $h > 110.8$ cm;

[0030] Der Wert TBW hängt vom Alter, Geschlecht und Gewicht eines Nutzers ab. Typischerweise beträgt dieser Wert zwischen etwa 50 % bis etwa 60 % bei einem erwachsenen Menschen. Während der Trainingsphase wird der mittlere TBW des jeweiligen Nutzers bestimmt.

[0031] Die zuvor beschriebenen Konstanten K_1, K_2, K_3, K_4, K_5 etc. werden mittels einer Studie über eine Mehrzahl Menschen bzw. Tiere ermittelt.

[0032] Das erfindungsgemäße Verfahren zum Ermitteln des Hydrationszustandes eines Körpers eines Menschen und/oder eines Säugetieres kann das Senden zumindest einer elektromagnetischen Welle in den Körper mittels einer ersten auf der Haut des Körpers angebrachten Sensoranordnung aufweisen. Mittels der Sensoranordnung können als erste Messgröße die vom Körper reflektierten und/oder transmittierten elektromagnetischen Wellen ermittelt werden. Ferner kann mittels einer zweiten Sensoranordnung eine zweite Messgröße des Körpers ermittelt werden. Der Hydrationszustand des Körpers kann auf Grundlage der ersten und der zweiten Messgröße ermittelt werden.

[0033] Das Verfahren kann so weitergebildet sein, wie zuvor im Hinblick auf die Vorrichtung beschrieben wurde.

[0034] Das Verfahren kann zumindest eine weitere Messgröße des Körpers mittels zumindest einer weiteren Sensoranordnung ermitteln. Der Hydrationszustand des Körpers kann auf Grundlage der ersten und der zweiten Messgröße sowie der zumindest einen weiteren Messgröße ermittelt werden.

[0035] Das erfindungsgemäße Verfahren kann eine Mehrzahl Werte der Messgrößen über einen vorbestimmten Zeitraum, d.h. Trainingszeitraum (Kalibrierzeitraum), ermitteln. Das Verfahren kann einen Referenzwert einer Messgröße durch Ermitteln eines Durchschnittswertes der jeweiligen Messgröße auf Grundlage der im vorbestimmten Zeitraum ermittelten Werte der jeweiligen Messgröße ermitteln.

[0036] Die Erfindung offenbart auch ein Computerprogrammprodukt, das, wenn es in einen Speicher eines Computers mit einem Prozessor geladen wird, die Schritte des zuvor beschriebenen Verfahrens ausführt.

[0037] Es versteht sich, dass der Computer eine Steuerungseinrichtung, beispielsweise ein sogenannter Controller sein kann. Die Auswerteeinrichtung und die Kalibriereinrichtung können durch den Computer implementiert werden. Geeignete Computer sind dem Fachmann bekannt und müssen hierin nicht weiter beschrieben werden.

[0038] Die Erfindung wird nun unter Bezugnahme auf die beigefügten Figuren, die nicht beschränkende Ausführungsformen der Erfindung zeigen, detaillierter beschrieben, wobei:

Figur 1 eine schematische Darstellung einer erfindungsgemäßen Hydrationszustandserfassungsvorrichtung ist;

Figur 2 eine weitere Ausführungsform der Erfindung zeigt;

Figur 3 eine Ausführungsform mit einem Sensorpflaster zeigt; und

Figur 4 eine Ausführungsform zeigt, bei der der Sensor in einer Einrichtung angeordnet ist, die von einem Patienten berührt wird.

[0039] Die erfindungsgemäße Hydrationszustandserfassungsvorrichtung 100 umfasst eine Proessoreinrichtung, beispielsweise einen Miniaturcomputer, der von einem Akkumulator 104, an den eine Ladeeinrichtung 106 angeschlossen ist, mit Strom versorgt wird. An die Proessoreinrichtung ist ein Bus 108 angeschlossen, beispielsweise ein so genannter CAN-Bus oder SPI-Bus. An den Bus ist eine erste Sensoranordnung 110 angeschlossen, die eine elektromagnetische Welle in den Körper 126 eines Menschen sendet und die Reflexion der elektromagnetischen Welle vom Körper 126 ermittelt. Die erste Sensoranordnung 110 berührt lediglich die Haut des Patienten und wird nicht implantiert. Die Sensoranordnung 110 kann im Wesentlichen den in der DE 10 2014 109 549 A1 beschriebenen Sensor aufweisen. Die erste Sensoranordnung gibt ein Signal im Bereich von 250 MHz bis etwa 3,5 THz ab.

[0040] Bei einer anderen Ausführungsform kann die erste Sensoranordnung ein sogenannter Bioimpedanzsensor sein, der mittels zumindest zwei Elektroden den Leitwert des Körpers ermittelt, wobei an die Elektroden Ströme mit unterschiedlicher Frequenz angelegt werden..

[0041] An den Bus 104 ist ferner ein Hautleitwertsensor 112, ein Pulssensor 114, ein Sensor zum Messen der Sau-

EP 3 375 366 A1

erstoffsättigung 116 (SpO₂-Sensor), ein Sensor 118 zum Ermitteln der Luftfeuchtigkeit und der Temperatur, ein Gyroskop 120 mit Beschleunigungssensoren (Schrittzähler, Lagesensor) und/oder ein Temperatursensor 122 angeschlossen.

[0042] Ziel der Hydrationszustandserfassungsvorrichtung 100 ist, den Hydrationszustand eines Patienten zu messen. Typischerweise wird der Hydrationszustand mittels des Wertes TBW ermittelt, wobei gilt, $TBW = m_{\text{Wasser}}/m_{\text{Körper}}$

[0043] Zur Berechnung des idealen TBW stehen die folgenden Formeln zur Verfügung:

Die Auswerteeinrichtung kann dazu ausgebildet sein, den Hydrationszustand des Körpers mittels einer der folgenden Formeln zu ermitteln:

$$TBW = K_0 + K_1 \times f_1(MG_1, MG_{1ref}) + \dots + f_n(MG_n, MG_{nref});$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref};$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref} + K_4 \times MG_3/MG_{3ref} + K_5 \times MG_4/MG_{4ref} \dots;$$

wobei gilt:

TBW: $m_{\text{Wasser}}/m_{\text{Körper}}$;

MG_x: Messgröße x;

MG_{xref}: Referenzwert der Messgröße x;

$f_1(MG_1, MG_{1ref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße 1 und deren Referenzwert ist; und

$f_n(MG_n, MG_{nref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße n und deren Referenzwert ist.

[0044] Bei der in Figur 1 gezeigten Ausführungsform ermittelt die erste Sensoranordnung (elektromagnetischer Sensor) eine Resonanzfrequenz f (in Hz), die Dämpfung s (einheitenlos) und/oder die Phase a (in Grad) in dem Bereich des Körpers, den die elektromagnetischen Wellen, die von der ersten Sensoranordnung emittiert werden, durchlaufen. Vorzugsweise werden die Dämpfung und die Phasenverschiebung bei der Resonanzfrequenz ermittelt. Der Hautleitwertsensor 112 ermittelt die Hautfeuchte rh (in Prozent). Der Sauerstoffsättigungssensor 116 ermittelt die Sauerstoffsättigung (beispielsweise in %). Der Pulssensor ermittelt den Puls p (in bpm).

[0045] Die von der ersten Sensoranordnung emittierten elektromagnetischen Wellen können beispielsweise Haut und/oder Muskelfasern und/oder Knochen und/oder Gefäße und/oder Fettgewebe und/oder übrige Körperbestandteile durchlaufen, wenn die erste Sensoranordnung am Arm angeordnet wird. Bei einer anderen Ausführungsform können von der ersten Sensoranordnung emittierten elektromagnetischen Wellen beispielsweise Haut und/oder Muskelfasern und/oder Knochen und/oder Gefäße und/oder Fettgewebe und/oder andere Körperbestandteile durchlaufen, wenn die erste Sensoranordnung am Bein, am Rücken, an der Brust oder an übrigen Körperteilen angeordnet ist.

[0046] Diese Werte können zyklisch über den Tag bzw. während der Nutzung aufgenommen werden. Je nach Anwendungsfall können die Werte einmal pro Stunde, einmal pro Minute, einmal pro Sekunde oder dergleichen aufgenommen werden. Während der ersten Phase des Verwendens der Hydrationszustandserfassungsvorrichtung durch einen Träger, d. h. Trainingsphase, werden so genannte Referenzwerte ermittelt. Ferner werden Gewichtungsfaktoren ($K_1, K_2, K_3, K_4, K_5, K_6, K_7$) auf Basis der gemessenen Daten, dem mittleren Gewicht, der Größe h und dem Alter A und dem Geschlecht an den Nutzer mittels der zuvor beschriebenen Formeln zum Berechnen des idealen BTW verwendet.

[0047] Die Trainingsphase kann bei einem Beispiel etwa ein bis drei Wochen dauern. Während der Trainingsphase werden sogenannte Referenzwerte ermittelt, ein Nutzerprofil erstellt und Übungen durchgeführt. Zur Kalibration bzw. während des Trainings können in der Trainingsphase definierte Bewegungsabläufe, beispielsweise ausgewählte sportliche Übungen, durchgeführt werden. Damit kann ermittelt werden, wie sich Puls oder Gewebefeuchte bei sportlicher Betätigung ohne signifikanter Dehydration verändern. Die Testphase kann etwa eine Woche dauern. Daran schließt sich eine Nutzungsphase an, in der die Werte für den Hydrationszustand abgelesen werden. Sporadisch werden die abgelesenen Werte mit Messungen von externen Sensoren abgeglichen.

[0048] Während der Trainingsphase (Kalibrierungsphase) können die Referenzwerte beispielsweise durch Mittelwertbildung über alle gemessenen Werte bestimmt werden.

$$f_{ref} = \frac{1}{N} \sum_{k=0}^{N-1} f[k]$$

[0049] Nach Abschluss der Trainingsphase werden die von den Sensoren gemessenen Werte über eine sogenannte Sensordatenfusion miteinander verrechnet. Zuerst wird jeder von den Sensoren ausgegebene Messwert (Messgröße) mit dem entsprechenden Referenzwert normiert. Der resultierende Wert wird mittels des Gewichtungsfaktors gewichtet. Dadurch lässt sich der Wasserhaushalt (Wasseranteil im Körper) prozentual (relativ) mittels folgender Formel berechnen:

$$TBW = \frac{m_{Water}}{m_{Body}}$$

$$TBW = K_1 + K_2 \frac{f}{f_{ref}} + K_3 \frac{rh}{rh_{ref}} + K_4 \frac{SpO2}{SpO2_{ref}} + K_5 \frac{p}{p_{ref}} + K_6 \frac{s}{s_{ref}} + K_7 \frac{a}{a_{ref}}$$

wobei K_1 ein erster Gewichtungsfaktor ist;

K_2 ein zweiter Gewichtungsfaktor ist; f die gemessene Resonanzfrequenz ist;

f die von der ersten Sensoranordnung erfasste Frequenz ist;

f_{ref} der Referenzwert Resonanzfrequenz ist;

K_3 der dritte Gewichtungsfaktor ist;

rh die relative Hautfeuchtigkeit ist;

rh_{ref} der Referenzwert der relativen Hautfeuchtigkeit ist;

K_4 ein vierter Gewichtungsfaktor ist;

$SpO2$ der vom Sensor gemessene Wert der Sauerstoffsättigung ist;

$SpO2_{ref}$ der Referenzwert der Sauerstoffsättigung ist;

K_5 ein fünfter Gewichtungsfaktor ist;

p der vom Sensor erfasste Wert des Pulses ist; und

p_{ref} der Referenzwert des Pulses ist.

K_6 ein sechster Gewichtungsfaktor ist;

s der vom Sensor erfasste Wert der Dämpfung ist; und

s_{ref} der Referenzwert der Dämpfung ist.

K_7 ein siebter Gewichtungsfaktor ist;

a der vom Sensor erfasste Wert der Phase ist; und

a_{ref} der Referenzwert der Phase ist.

[0050] Der TBW hängt vom Alter, Geschlecht und Gewicht eines Nutzers ab. Typischerweise liegt dieser Wert zwischen 50 und 60 % bei einem Erwachsenen. Während der so genannten Trainingsphase wird der mittlere TBW des jeweiligen Nutzers bestimmt. Folglich ist die erfindungsgemäße Hydrationszustandserfassungsvorrichtung in der Lage, eine Unterschreitung des zulässigen Hydrationszustandes zu erkennen.

[0051] Figur 2 zeigt eine zweite Ausführungsform 200 der Erfindung. In dem Schweißband 202 ist die Hydrationszustandserfassungsvorrichtung 100 gemäß Figur 1 implementiert. Das Schweißband 202 umfasst ferner eine Ampel 206. Leuchtet die Ampel grün, liegt keine Dehydratation vor. Zeigt die Ampel orange, liegt eine milde Dehydratation vor. Dies bedeutet, dass der Wert TBW um mehr als 2 % von dem in der Trainingsphase ermittelten Mittelwert abgesunken ist. Zeigt die Ampel rot, ist der Wert TBW um mehr als 5 % unter dem während der Trainingsphase ermittelten Mittelwert abgesunken. In diesem Fall liegt eine moderate Dehydratation vor.

[0052] Die gemessenen und berechneten Werte können über eine Funkverbindung, beispielsweise RFID, Bluetooth an ein anderes Gerät, beispielsweise ein intelligentes Telefon (Smartphone), einen Laptop, einen tragbaren Computer oder dergleichen übertragen werden. Folglich kann der Nutzer bzw. eine Pflegefachkraft den Verlauf der Dehydratation verfolgen und dokumentieren.

[0053] Es versteht sich, dass bei einer weiteren Ausführungsform weitere Sensoren vorhanden sein können, beispielsweise zur Messung des Blutdrucks, eine Körperfettwaage oder dergleichen.

[0054] Figur 3 zeigt eine dritte Ausführungsform 300 der Erfindung. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung 100 gemäß Figur 1 ist in ein Sensorpflaster 304 integriert, das an der Schulter eines Patienten angebracht ist. Am Handgelenk trägt der Patient 302 ein Armband 306 mit einer Auswerteeinrichtung und einer Anzeigeeinrichtung. Optional kann die Anzeigeeinrichtung eine Schnittstelle für eine Mobilfunkverbindung aufweisen, um über eine Antenne 308 die gemess-

senen Hydrationszustände an einen anderen Computer weiterzuleiten.

[0055] Es wird auf Figur 4 Bezug genommen, die eine vierte Ausführungsform der Erfindung zeigt. Ein Patient 402 berührt mit seiner Hand das in einer Maus 404 eines Computers 408 angebrachten Sensoreinrichtung 406. Die Sensoreinrichtung 406 kann eine Mehrzahl Sensoren aufweisen, die zuvor unter Bezugnahme auf die erste Ausführungsform (Figur 1 beschrieben wurden. Die Maus 404 kann die von den Sensoren der Sensoreinrichtung 406 erfassten Werte an den Computer 408 übertragen, der die von den Sensoren erfassten Werte an eine intelligente Einrichtung 410 (Smartphone oder dergleichen) überträgt, wo die von den Sensoren 406 erfassten Messgrößen ausgewertet werden wie zuvor unter Bezugnahme auf Figuren 1 bis 3 beschrieben wurde.

[0056] Die Sensoreinrichtung kann an anderen Objekten angeordnet sein, beispielsweise einem Lenkrad eines Kraftfahrzeuges.

[0057] Die Erfindung schafft eine nicht invasive Vorrichtung zum Erfassen des Hydrationszustandes eines Patienten mit einer hohen Genauigkeit. Es ist nicht erforderlich, dass Sensoren in den Patienten implantiert werden. Ferner ist keine aufwändige Diagnostik erforderlich und der Patient muss keine potentiell gefährlichen Mittel einnehmen.

Patentansprüche

1. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung, die dazu ausgebildet ist, den Hydrationszustand eines Körpers eines Menschen oder eines Säugetieres zu erfassen, aufweisend:

- eine erste Sensoranordnung, die dazu ausgebildet ist, elektromagnetische Wellen über die Haut in den Körper zu emittieren, und dazu ausgebildet ist, vom Körper transmittierte elektromagnetische Wellen und/oder vom Körper reflektierte elektromagnetische Wellen zu erfassen und/oder die Impedanz des Körpers zu erfassen, wobei die erste Sensoranordnung dazu ausgebildet ist, auf der Haut des Körpers angeordnet zu werden und wobei die erste Sensoranordnung zumindest eine erste Messgröße ausgibt, die auf der transmittierten und/oder reflektierten elektromagnetischen Wellen beruht;

- eine zweite Sensoranordnung, die dazu ausgebildet ist, zumindest eine zweite physikalische Größe des Körpers zu messen und eine zweite Messgröße auszugeben, die auf der zweiten physikalischen Größe beruht; und

- eine Auswerteeinrichtung, die dazu ausgebildet ist, auf Grundlage der ersten Messgröße und der zweiten Messgröße den Hydrationszustand des Körpers zu ermitteln,

wobei die erste Sensoranordnung die Resonanzfrequenz des Bereichs des Körpers misst, in dem sich die von der ersten Sensoranordnung emittierten elektromagnetischen Wellen ausbreiten.

2. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach Anspruch 1, aufweisend zumindest eine weitere Sensoranordnungen, die je dazu ausgebildet sind, zumindest eine weitere physikalische Größe des Körpers zu messen und die je eine weitere Messgröße ausgeben, die auf der weiteren physikalischen Größe beruht, wobei die Auswerteeinrichtung, dazu ausgebildet ist, auf Grundlage der ersten Messgröße, der zweiten Messgröße und der weiteren Messgröße den Hydrationszustand des Körpers zu ermitteln.

3. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach Anspruch 1 oder 2, wobei die erste Sensoranordnung die Dämpfung und die Phasenverschiebung bei der Resonanzfrequenz ermittelt.

4. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 3, wobei die zweite und/oder weitere Sensoranordnung dazu ausgebildet sind, je zumindest eine der folgenden physikalischen Größen zu messen:

- eine Hautfeuchte;
- eine Sauerstoffsättigung;
- einen Puls;
- einen Blutdruck;
- einen Körperfettanteil.

5. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 4, wobei die Auswerteeinrichtung dazu ausgebildet ist, den Hydrationszustand des Körpers mittels zumindest einer der folgenden Formeln zu ermitteln:

$$TBW = K_0 + K_1 \times f_1(MG_1, MG_{1ref}) + \dots + f_n(MG_n, MG_{nref});$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref};$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref} + K_4 \times MG_3/MG_{3ref} + K_5 \times MG_4/MG_{4ref} \dots;$$

wobei gilt:

TBW: $m_{Wasser}/m_{Körper}$;

MG_x : Messgröße x;

MG_{xref} : Referenzwert der Messgröße x;

$f_1(MG_1, MG_{1ref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße 1 und deren Referenzwert ist; und

$f_n(MG_n, MG_{nref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße n und deren Referenzwert ist.

6. Hydrationszustandserfassungsvorrichtung nach einem der Ansprüche 1 bis 5, ferner aufweisend eine Kalibriereinrichtung, die dazu ausgebildet ist, den Referenzwert MG_{xref} einer Messgröße MG_x durch Mittelwertbildung über alle in einer Kalibrierungsphase erfassten Messgrößen MG_x einer physikalischen Größe zu ermitteln.

7. Verfahren zum Ermitteln des Hydrationszustandes eines Körpers eines Menschen und/oder eines Säugetiers, aufweisend die folgenden Schritte:

- Senden zumindest einer elektromagnetischen Welle in den Körper mittels einer ersten auf der Haut des Körpers angeordneten Sensoranordnung;

- Ermitteln der vom Körper reflektierten und/oder transmittierten elektromagnetischen Wellen mittels der Sensoranordnung als erste Messgröße;

- Ermitteln einer zweiten Messgröße des Körpers mittels einer zweiten Sensoranordnung; und

- Ermitteln des Hydrationszustandes des Körpers auf Grundlage der ersten und der zweiten Messgröße,

wobei die erste Sensoranordnung die Resonanzfrequenz des Bereichs des Körpers ermittelt, in dem sich die elektromagnetischen Wellen von der ersten Sensoranordnung ausbreiten.

8. Verfahren nach Anspruch 7, ferner aufweisend folgenden Schritt:

- Ermitteln zumindest einer weiteren Messgröße des Körpers mittels zumindest einer weiteren Sensoranordnung; und

- Ermitteln des Hydrationszustandes des Körpers auf Grundlage der ersten und der zweiten Messgröße sowie der zumindest einen weiteren Messgröße.

9. Verfahren nach Anspruch 7 oder 8, wobei die erste Sensoranordnung die Dämpfung und die Phasenverschiebung bei der Resonanzfrequenz ermittelt.

10. Verfahren nach einem der Ansprüche 7 bis 9, wobei der Schritt des Ermitteln des Hydrationszustandes mit zumindest einer der folgenden Formeln durchgeführt wird:

$$TBW = K_0 + K_1 \times f_1(MG_1, MG_{1ref}) + \dots + f_n(MG_n, MG_{nref});$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref};$$

oder

$$TBW = K_1 + K_2 \times MG_1/MG_{1ref} + K_3 \times MG_2/MG_{2ref} + K_4 \times MG_3/MG_{3ref} + K_5 \times MG_4/MG_{4ref} \dots;$$

wobei gilt:

TBW: $m_{Wasser}/m_{Körper}$;

MG_x: Messgröße x;

MG_{xref}: Referenzwert der Messgröße x;

$f_1(MG_1, MG_{1ref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße 1 und deren Referenzwert ist; und

$f_n(MG_n, MG_{nref})$ eine beliebige Funktion der Messgröße n und deren Referenzwert ist.

11. Verfahren nach Anspruch 10, ferner aufweisend die folgenden Schritte:

- Ermitteln einer Mehrzahl Werte der Messgrößen über einen vorbestimmten Zeitraum; und
- Ermitteln des Referenzwertes einer Messgröße durch Ermitteln eines Durchschnittswertes der jeweiligen Messgröße auf Grundlage der im vorbestimmten Zeitraum ermittelten Werte der jeweiligen Messgröße.

12. Computerprogrammprodukt, das, wenn es in einen Speicher eines Computers mit einem Prozessor geladen wird, das Verfahren nach einem der Ansprüche 7 bis 11 durchführt.

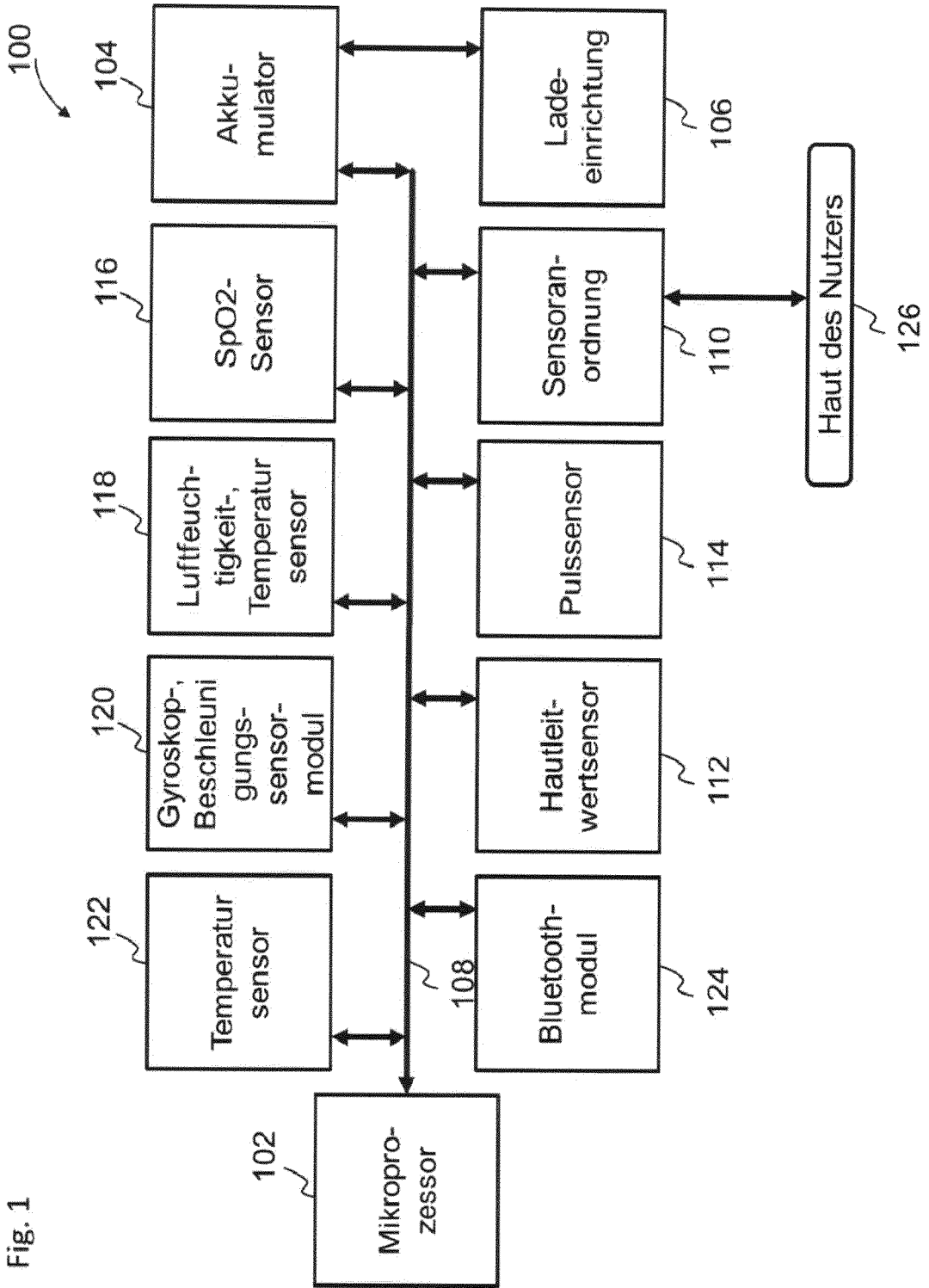
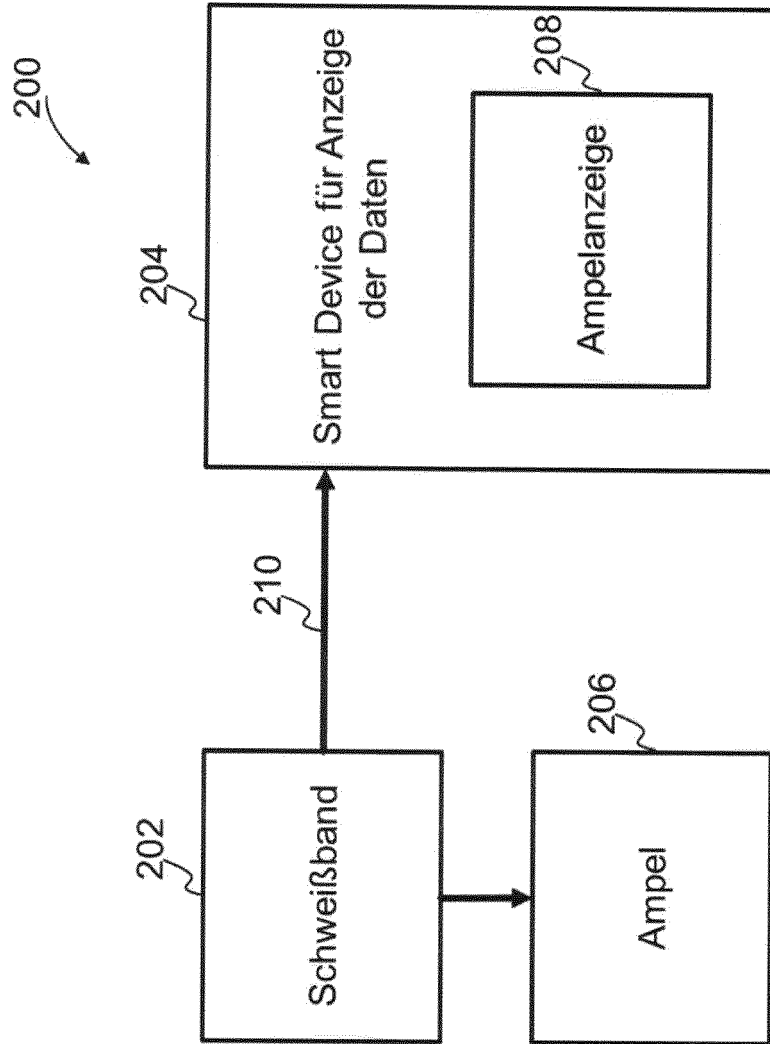


Fig. 1

Fig. 2



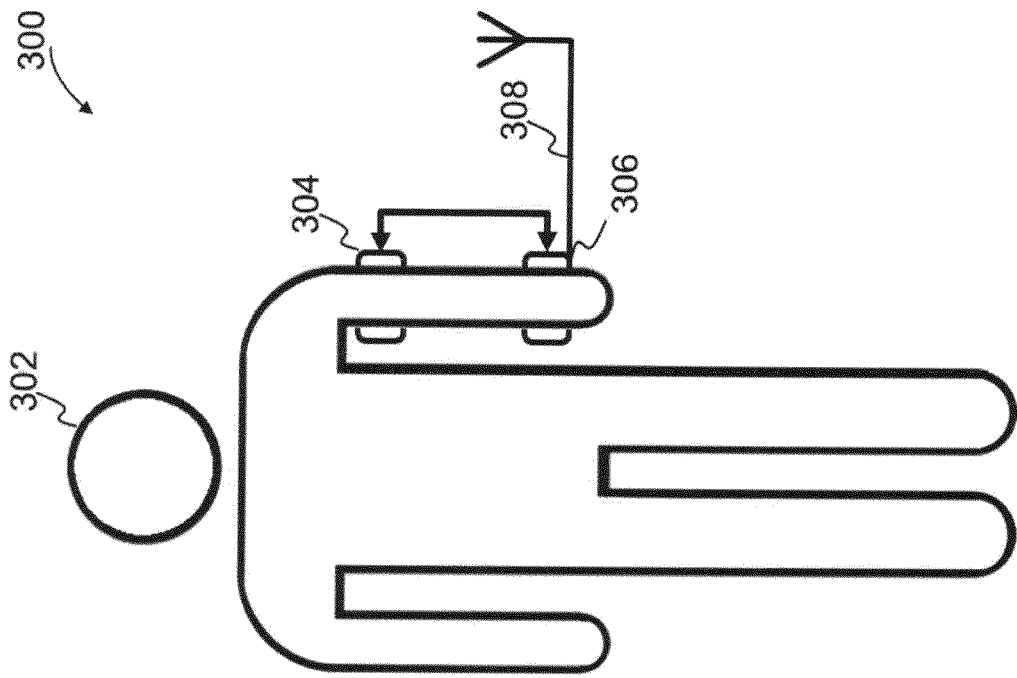


Fig. 3

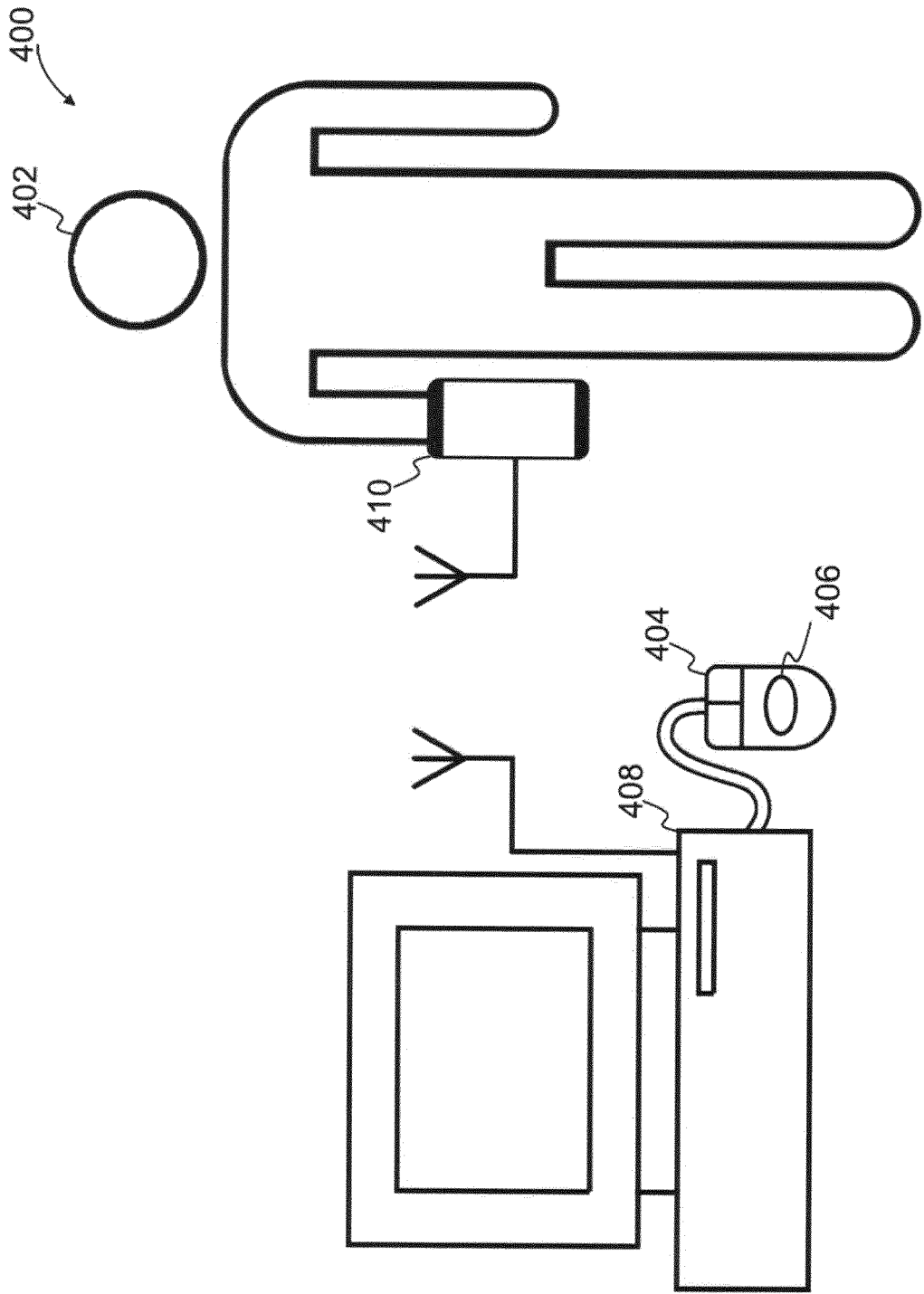


Fig. 4



EUROPÄISCHER RECHERCHENBERICHT

Nummer der Anmeldung
EP 18 16 1691

5

10

15

20

25

30

35

40

45

50

55

EINSCHLÄGIGE DOKUMENTE			
Kategorie	Kennzeichnung des Dokuments mit Angabe, soweit erforderlich, der maßgeblichen Teile	Betrifft Anspruch	KLASSIFIKATION DER ANMELDUNG (IPC)
X	US 2009/043222 A1 (CHETHAM SCOTT [US]) 12. Februar 2009 (2009-02-12) * Absätze [0001], [0052], [0053], [0058], [0177], [0265], [0343] - [0346]; Ansprüche 38,54,55 *	1-12	INV. A61B5/053 A61B5/00
X	US 2015/289820 A1 (MILLER DEVIN WARNER [US] ET AL) 15. Oktober 2015 (2015-10-15) * Absätze [0087], [0107], [0111], [0126] *	1-12	
X	DE 10 2008 002520 A1 (BOSCH GMBH ROBERT [DE]) 24. Dezember 2009 (2009-12-24) * Absätze [0008] - [0013], [0025], [0028] *	1-12	
A	MOLL JOCHEN ET AL: "Towards integrated measurements of dielectric tissue properties at microwave frequencies", 2015 9TH EUROPEAN CONFERENCE ON ANTENNAS AND PROPAGATION (EUCAP), EURAAP, 13. April 2015 (2015-04-13), Seiten 1-5, XP033212443, [gefunden am 2015-08-27] * Abbildung 8 *	1	RECHERCHIERTE SACHGEBIETE (IPC) A61B
A	US 2008/234600 A1 (MARSH LEON THOMAS LEE [GB]) 25. September 2008 (2008-09-25) * Absatz [0077] *	1-12	
Der vorliegende Recherchenbericht wurde für alle Patentansprüche erstellt			
Recherchenort Den Haag		Abschlußdatum der Recherche 20. Juli 2018	Prüfer Knüpling, Moritz
KATEGORIE DER GENANNTEN DOKUMENTE X : von besonderer Bedeutung allein betrachtet Y : von besonderer Bedeutung in Verbindung mit einer anderen Veröffentlichung derselben Kategorie A : technologischer Hintergrund O : nichtschriftliche Offenbarung P : Zwischenliteratur		T : der Erfindung zugrunde liegende Theorien oder Grundsätze E : älteres Patentedokument, das jedoch erst am oder nach dem Anmeldedatum veröffentlicht worden ist D : in der Anmeldung angeführtes Dokument L : aus anderen Gründen angeführtes Dokument & : Mitglied der gleichen Patentfamilie, übereinstimmendes Dokument	

EPO FORM 1503 03.82 (P04C03)

**ANHANG ZUM EUROPÄISCHEN RECHERCHENBERICHT
 ÜBER DIE EUROPÄISCHE PATENTANMELDUNG NR.**

EP 18 16 1691

5 In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten europäischen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben.
 Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am
 Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

20-07-2018

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
US 2009043222 A1	12-02-2009	CA 2625631 A1	19-04-2007
		EP 1948017 A1	30-07-2008
		ES 2476999 T3	15-07-2014
		JP 5208749 B2	12-06-2013
		JP 2009511131 A	19-03-2009
		US 2009043222 A1	12-02-2009
		US 2017340238 A1	30-11-2017
		WO 2007041783 A1	19-04-2007

US 2015289820 A1	15-10-2015	KEINE	

DE 102008002520 A1	24-12-2009	CN 102065750 A	18-05-2011
		DE 102008002520 A1	24-12-2009
		EP 2291113 A1	09-03-2011
		US 2011184257 A1	28-07-2011
		WO 2009153093 A1	23-12-2009

US 2008234600 A1	25-09-2008	AT 526869 T	15-10-2011
		AU 2005220057 A1	15-09-2005
		EP 1740089 A1	10-01-2007
		GB 2411719 A	07-09-2005
		US 2008234600 A1	25-09-2008
		WO 2005084531 A1	15-09-2005

EPO FORM P0461

Für nähere Einzelheiten zu diesem Anhang : siehe Amtsblatt des Europäischen Patentamts, Nr.12/82

IN DER BESCHREIBUNG AUFGEFÜHRTE DOKUMENTE

Diese Liste der vom Anmelder aufgeführten Dokumente wurde ausschließlich zur Information des Lesers aufgenommen und ist nicht Bestandteil des europäischen Patentdokumentes. Sie wurde mit größter Sorgfalt zusammengestellt; das EPA übernimmt jedoch keinerlei Haftung für etwaige Fehler oder Auslassungen.

In der Beschreibung aufgeführte Patentdokumente

- US 7291190 B [0004]
- US 7033321 B [0004]
- DE 102014109549 A1 [0006] [0039]

专利名称(译)	用于确定人体或哺乳动物的身体的水合状态的装置和方法		
公开(公告)号	EP3375366A1	公开(公告)日	2018-09-19
申请号	EP2018161691	申请日	2018-03-14
[标]发明人	WOLFGANG SENING WIEHL MICHAEL		
发明人	WOLFGANG, SENING WIEHL, MICHAEL		
IPC分类号	A61B5/053 A61B5/00		
CPC分类号	A61B5/021 A61B5/024 A61B5/0537 A61B5/14551 A61B5/4875		
代理机构(译)	魏特曼巩特尔		
优先权	102017105447 2017-03-14 DE		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

第一传感器组件适于通过皮肤进入体内发射电磁波，并且适于： - 本发明公开了一种适于检测人或哺乳动物的身体的水合状态的水合状态检测装置，其包括，从待检测发射的电磁波和/或从反射的电磁波的主体中的主体，其中所述第一传感器装置适于被放置在身体的皮肤，并且其中所述第一传感器组件输出至少与所发射和一个第一测量参数/或反射的电磁波；第二传感器装置，适于测量身体的至少第二物理量并基于第二物理量输出第二测量量； - 评估装置，其设计用于基于第一测量变量和第二测量变量确定身体的水合状态。本发明还公开了一种确定水合状态的相应方法。

Fig. 1

