

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 特 許 公 報(B2)

(11) 特許番号

特許第5168415号
(P5168415)

(45) 発行日 平成25年3月21日(2013.3.21)

(24) 登録日 平成25年1月11日(2013.1.11)

(51) Int.Cl. F 1
A 6 1 B 5/14 3 2 2
A 6 1 B 5/1455 (2006.01)

請求項の数 7 (全 16 頁)

(21) 出願番号	特願2011-531703 (P2011-531703)	(73) 特許権者	303050160 コニカミノルタオプティクス株式会社 大阪府堺市堺区大仙西町三丁目9番地
(86) (22) 出願日	平成21年9月16日(2009.9.16)	(74) 代理人	100067828 弁理士 小谷 悦司
(86) 国際出願番号	PCT/JP2009/066183	(74) 代理人	100115381 弁理士 小谷 昌崇
(87) 国際公開番号	W02011/033628	(74) 代理人	100127797 弁理士 平田 晴洋
(87) 国際公開日	平成23年3月24日(2011.3.24)	(72) 発明者	始 謙治 大阪府堺市堺区大仙西町三丁目9番地 コ ニカミノルタセンシング株式会社内
審査請求日	平成24年2月27日(2012.2.27)	審査官	富永 昌彦

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 生体情報測定システムならびに生体情報測定装置の使用方法及び通信方法

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項 1】

生体情報測定装置と外部通信ユニットとを備えて構成される生体情報測定システムであって、

前記生体情報測定装置は、酸素飽和度を算出するパルスオキシメータであって、

生体組織に装着されるプローブ部と、

前記プローブ部に搭載されて生体組織に光を照射する第1の発光素子と、

前記プローブ部に搭載されて前記生体組織での前記光の透過または反射光を受光する第1の受光素子と、

前記第1の受光素子での受光信号を利用して、生体情報を算出する演算部と、

当該生体情報測定装置が通信可能な状態であるかどうかを検出する検出部と、

前記検出部が通信可能な状態であることを検出したときに、前記第1の発光素子および第1の受光素子を、外部との光通信インタフェースとして使用して、外部と光通信を行う第1の通信部と、

を備え、

前記外部通信ユニットは、

第2の発光素子および第2の受光素子と、

前記第2の発光素子および第2の受光素子を外部との光通信インタフェースとして用いる第2の通信部とを備え、

前記外部通信ユニットは、前記プローブ部に係合することにより前記生体情報測定装置

10

20

と当該外部通信ユニットとは前記光通信可能な状態になり、その係合状態で、前記第1の発光素子と前記第2の受光素子とが対向し、前記第1の受光素子と第2の発光素子とが対向するように配置されており、当該外部通信ユニットは前記生体情報測定装置と光通信を行うことで、前記パルスオキシメータの性能を評価するシミュレータのインタフェースとして機能することを特徴とする生体情報測定システム。

【請求項2】

前記パルスオキシメータは、前記酸素飽和度を算出するときに使用する校正カーブを選定するための情報を記憶する第1記憶部を備え、

前記シミュレータは、複数の種類のパルスオキシメータに対応した複数の校正カーブを記憶する第2記憶部と、前記パルスオキシメータの第1記憶部から、光通信により前記校正カーブに関する情報を取得し、前記情報に対応した校正カーブを前記第2記憶部から読み出して、前記パルスオキシメータの評価を行う評価部とを備えることを特徴とする請求項1記載の生体情報測定システム。

10

【請求項3】

前記校正カーブを選定するための情報は、前記パルスオキシメータの製造メーカ、製品型名、製造番号の少なくとも1であることを特徴とする請求項2記載の生体情報測定システム。

【請求項4】

前記パルスオキシメータは、前記酸素飽和度を算出するときに使用する校正カーブを記憶する第1記憶部を備え、

前記シミュレータは、前記パルスオキシメータの第1記憶部から、光通信により前記校正カーブを取得し、前記パルスオキシメータの評価を行う評価部を備えることを特徴とする請求項1記載の生体情報測定システム。

20

【請求項5】

前記パルスオキシメータは、測定した酸素飽和度または脈拍数が予め設定された判定条件に適するかどうか判定し、判定条件外と判定したときに警告する警告部と、前記判定条件を設定する設定部とを備え、

前記シミュレータは、前記パルスオキシメータとの前記光通信を介して、前記判定条件を読み出し、または、前記判定条件を書き換えることを特徴とする請求項1記載の生体情報測定システム。

30

【請求項6】

プローブ部が生体組織に装着され、前記プローブ部に搭載された第1の発光素子が前記生体組織に光を照射し、前記プローブ部に搭載された第1の受光素子が前記生体組織での透過または反射光を受光し、演算部が前記第1の受光素子での受光信号を利用して、酸素飽和度を算出するパルスオキシメータとしての生体情報測定装置の使用法において、

前記生体情報測定装置は、該生体情報測定装置が通信可能な状態であるかどうかを検出する検出部と、第1の通信部とを備える一方、

外部通信ユニットを設け、その外部通信ユニットは、第2の発光素子および第2の受光素子と、前記第2の発光素子および第2の受光素子を外部との光通信インタフェースとして用いる第2の通信部とを備え、

40

前記外部通信ユニットを前記プローブ部に係合させて、前記第1の発光素子と前記第2の受光素子とを対向させ、前記第1の受光素子と第2の発光素子とを対向させることにより、前記光を発生する第1の発光素子と第1の受光素子とを、外部との光通信インタフェースとして使用し、前記外部通信ユニットを前記パルスオキシメータの性能を評価するシミュレータのインタフェースとして機能させることを特徴とする生体情報測定装置の使用法。

【請求項7】

前記請求項1～5のいずれか1項に記載の生体情報測定システムにおける生体情報測定装置に適用され、

前記第1の受光素子で受光信号を受光するステップと、

50

前記第 1 の受光素子での受光信号が前記外部通信ユニットの第 2 の受光素子からの予め定める信号形式の信号であるかどうかを前記検出部で検出するステップと、

前記検出部で前記受光信号が予め定める信号形式であることを検出したときには、前記第 1 の通信部が前記第 1 の発光素子と前記第 1 の受光素子とを、外部との光通信インタフェースとして駆動するステップと、

を備えることを特徴とする生体情報測定装置の通信方法。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、脈拍数計、脈波計或いはパルスオキシメータなどとして実現される生体情報測定装置を利用する生体情報測定システムならびに生体情報測定装置の使用方法及び通信方法に関するものである。

10

【背景技術】

【0002】

生体組織に光を照射し、その透過または反射光から、前記生体組織での光の吸光特性の変化を求めることで、脈拍や血中酸素飽和度(SpO_2 値)を非観血的に測定するようにした生体情報測定装置が、従来から用いられている。たとえば、前記パルスオキシメータでは、前記吸光特性を測定する発光素子および受光素子が備えられたプローブを、指に嵌めているだけで、前記 SpO_2 値を非観血的に測定できるという非常に利便性の高い装置であり、被験者への負担の小ささから、連続して前記プローブを装着して、長時間の測定を行うことが可能である。一方、記録媒体を始め、装置の小型化が進み、病室に据え置いての使用だけでなく、被験者が携行しての長時間の測定も可能になっている。

20

【0003】

このような携帯型のパルスオキシメータでは、パーソナルコンピュータなどにデータを転送して、解析を行う必要がある。そこで本件出願人による特許文献 1 では、パルスオキシメータをパーソナルコンピュータへ有線で接続し、データを転送している。一方、特許文献 2 には、診断装置を体に装着して、取得したデータを本体機器へ無線送信するモニタリング装置が開示されている。

【0004】

したがって、外部との通信インタフェース用に、特許文献 1 の従来技術ではコネクタなどが必要になり、特許文献 2 の従来技術では無線通信ユニットが必要になる。一方、パルスオキシメータは、前記長時間の測定として、就寝時等、通常の社会生活を営みながら測定が行われる。このため、一層の小型化が希望されている。

30

【先行技術文献】

【特許文献】

【0005】

【特許文献 1】特開 2008 - 253579 号公報

【特許文献 2】米国特許第 7215991 号明細書

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

40

【0006】

本発明の目的は、生体情報測定装置の一層の小型化を図ることができる生体情報測定システムならびに生体情報測定装置の使用方法及び通信方法を提供することである。

【課題を解決するための手段】

【0007】

上述の目的を達成するために、本発明の生体情報測定システムならびに生体情報測定装置の使用方法及び通信方法では、生体組織に光を照射する第 1 の発光素子と、前記生体組織による透過光または反射光を受光する第 1 の受光素子とを、外部機器との光通信インタフェースとして使用する。

【発明の効果】

50

【 0 0 0 8 】

したがって、該生体情報測定装置と外部機器との通信のために、コネクタや無線通信回路などのインタフェイスを特に搭載する必要はなく、小型化することができるとともに、光通信なので、絶縁の点も問題ない。

【 図面の簡単な説明 】

【 0 0 0 9 】

【 図 1 】本発明の第 1 の着眼点による実施の形態 1 に係る生体情報測定システムであるパルスオキシメータシステムの電氣的構成を示すブロック図である。

【 図 2 】パルスオキシメータの測定時の発光パターンを示す波形図である。

【 図 3 】前記パルスオキシメータの本発明による通信時の発光パターンの一例を示す波形図である。

10

【 図 4 】本発明の第 2 の着眼点による実施の形態 2 に係る生体情報測定システムであるパルスオキシメータシステムの電氣的構成を示すブロック図である。

【 図 5 】図 4 で示すパルスオキシメータからの各種設定情報の読み出し方法を説明するためのフローチャートであり、シミュレータ側の動作を示す。

【 図 6 】前記図 4 で示すパルスオキシメータからの各種設定情報の読み出し方法を説明するためのフローチャートであり、パルスオキシメータ側の動作を示す。

【 発明を実施するための形態 】

【 0 0 1 0 】

以下、本発明に係る実施の一形態を図面に基づいて説明する。なお、各図において同一の符号を付した構成は、同一の構成であることを示し、その説明を省略する。

20

【 0 0 1 1 】

【 第 1 の着眼点に基づく実施の形態 1 】

図 1 は、本発明の実施の形態 1 に係る生体情報測定システムであるパルスオキシメータシステムの電氣的構成を示すブロック図である。このパルスオキシメータシステムは、パルスオキシメータ 1 と、専用ソフトウェアを格納した汎用のパーソナルコンピュータ 2 と、それらの間に介在されるインタフェイス装置 3 とを備えて構成され、前記パーソナルコンピュータ 2 およびインタフェイス装置 3 が、本件発明の外部機器および外部通信ユニットに相当する。

【 0 0 1 2 】

30

前記パルスオキシメータ 1 は、本体部 4 とプローブ 6 とを備えて構成される。プローブ 6 は、発光ダイオード 6 1 , 6 2 と、フォトダイオード 6 3 と、識別抵抗 6 4 と、支持部材 6 5 とを備えて構成される。第 1 の発光素子である前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 は、血流のある生体組織として、被験者の指に、赤色光と赤外光との 2 つの波長の光をそれぞれ照射する。第 1 の受光素子である前記フォトダイオード 6 3 は、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 からの前記 2 つの波長の光が、前記被験者の指で透過または反射（この図 1 の例では透過）した光を受光する。前記識別抵抗 6 4 は、その抵抗値で、このプローブ 6 における前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 の種別を表す。前記支持部材 6 5 は、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 とフォトダイオード 6 3 とを相互に対向させて、間に前記被験者の指を挟み込む。

40

【 0 0 1 3 】

このプローブ 6 は、被検者が成人か小児か新生児かによって、また測定時間の長短、ディスプレイが再使用用途か、などに応じて適切に選択可能なように異なるタイプのものが用意され、前記本体部 4 から、コネクタなどで着脱して交換可能となっている。そのような種類の異なるプローブ 6 間で、使用される発光ダイオード 6 1 , 6 2 の特性が異なり、前記識別抵抗 6 4 は、そのような発光ダイオード 6 1 , 6 2 の特性を、前述のように抵抗値で示す。たとえば、該識別抵抗 6 4 の抵抗値は、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 の内、赤色用と赤外用とが、660nmと900nmとの組み合わせの場合には10k に設定されており、650nmと900nmとの組み合わせの場合には12k に設定されている。ここでは、プローブ 6 が、本体部 4 とは分離可能な構成を示しているが、プローブ 6

50

が本体部 4 と一体的に構成されているものでもよい。

【 0 0 1 4 】

前記本体部 4 は、CPU 4 1 と、タイミング発生部 4 2 と、LED ドライバ部 4 3 と、電流電圧変換部 4 4 と、波形整形部 4 5 と、アナログ/デジタル変換部 4 7 と、測定データ記憶部 4 8 と、表示部 4 9 と、設定部 5 0 と、設定状態記憶部 5 1 と、機種情報記憶部 5 2 と、校正カーブ記憶部 5 3 と、LED 波長情報分析部 5 4 と、校正カーブ選択部 5 5 とを備えて構成される。

【 0 0 1 5 】

CPU 4 1 は、このパルスオキシメータ 1 の全体の動作を制御するもので、特に主な機能として、発光制御部 4 1 a と、演算部 4 1 b と、通信部 4 1 c とを備えて構成される。前記発光制御部 4 1 a は、たとえば図 2 で示すように、前記赤色光と赤外光とを交互に発光させる制御信号を発生し、前記タイミング発生部 4 2 を介して、LED ドライバ部 4 3 を駆動し、プローブ 6 側の前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 を所定のレベルで変調して交互に発光させるものである。前記演算部 4 1 b は、プローブ 6 側の前記フォトダイオード 6 3 で受光された信号に基づき、SpO₂ 値を算出するものである。前記通信部 4 1 c は、後述するようにして、パーソナルコンピュータ 2 と通信を行うものである。

10

【 0 0 1 6 】

前記タイミング発生部 4 2 は、前記 CPU 4 1 の発光制御部 4 1 a からの信号にตอบสนองして、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 を交互に発光させるためのタイミング信号を発生するものである。前記 LED ドライバ部 4 3 は、前記タイミング発生部 4 2 からのタイミング信号にตอบสนองして、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 を点灯駆動するものである。

20

【 0 0 1 7 】

前記電流電圧変換部 4 4 は、前記フォトダイオード 6 3 からの電流信号を電圧信号に変換するものである。前記波形整形部 4 5 は、前記電流電圧変換部 4 4 で得られた電圧信号から、所定周期のパルス成分を復元するものである。前記アナログ/デジタル変換部 4 7 は、前記タイミング発生部 4 2 からのタイミング信号に応じて、前記電流電圧変換部 4 4 で得られた電圧信号をアナログ/デジタル変換するとともに、赤色光の信号成分と赤外光の信号成分とに分離して、CPU 4 1 の演算部 4 1 b に与えるものである。

【 0 0 1 8 】

前記測定データ記憶部 4 8 は、不揮発性のメモリから成り、前記演算部 4 1 b での演算結果を記憶してゆくものである。前記表示部 4 9 は、液晶表示パネルなどで実現され、現在の測定値 (SpO₂ 値や脈拍数) を表示し、また低酸素状態となると警告表示なども行うものである。前記設定部 5 0 は、前記低酸素状態と判定する閾値等、各種の設定を行うものである。前記設定状態記憶部 5 1 は、前記設定部 5 0 での設定値を記憶するものである。

30

【 0 0 1 9 】

前記機種情報記憶部 5 2 は、このパルスオキシメータ 1 のメーカー名、型番、品番などを記憶しているものである。前記校正カーブ記憶部 5 3 は、後述する発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光特性に応じて異なる赤色光の脈波信号と赤外光の脈波信号との比と、SpO₂ 値との関係を規定する校正カーブ (データ) を記憶しているものである。前記校正カーブは、一般的には、赤色光の脈波信号と赤外光の脈波信号との種々の比と、それぞれの比に対応する SpO₂ 値とがテーブルとして記憶されるものである。しかしながら、前記校正カーブは、赤色光の脈波信号と赤外光の脈波信号との比と、SpO₂ 値との関係を表す式であってもよい。前記赤色光の脈波信号と赤外光の脈波信号との比と、SpO₂ 値との関係は、赤色光および赤外光の特性 (発光強度、ピーク波長、半値幅など) によって異なる。このため、プローブ 6 の発光ダイオード 6 1 , 6 2 の赤色光および赤外光の特性が標準的な特性と異なっても、正しい SpO₂ 値を演算するために、種々の赤色光および赤外光の特性に対応した複数の校正テーブルが、前記校正カーブ記憶部 5 3 に記憶されている。そして、使用するプローブ 6 の赤色光および赤外光の特性に応じた適正な校正テーブルが、構成カーブ選択部 5 5 で選択されて、SpO₂ 値の演算に使用される。

40

50

【 0 0 2 0 】

前記 L E D 波長情報分析部 5 4 は、前記識別抵抗 6 4 の抵抗値を読み取り、予め記憶しているテーブルを参照し、読み取った抵抗値に対応している前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光特性を判定するものである。前記校正カーブ選択部 5 5 は、前記 L E D 波長情報分析部 5 4 で得られた発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光特性にตอบสนองして、前記校正カーブ記憶部 5 3 における校正カーブを選択して読出すものである。

【 0 0 2 1 】

上述のように構成されるパルスオキシメータ 1 において、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光による被験者の指の透過光は、フォトダイオード 6 3 にて受光レベルに応じた電流信号に変換され、前記本体部 4 に入力される。前記本体部 4 において、前記電流信号は、電流電圧変換部 4 4 にて電圧信号に変換され、前記タイミング発生部 4 2 からのタイミング信号にตอบสนองして、アナログ/デジタル変換部 4 7 にてデジタル値に変換されるとともに、赤色光成分と赤外光成分とに分離されて、C P U 4 1 の前記演算部 4 1 b に入力される。

10

【 0 0 2 2 】

一方、前記識別抵抗 6 4 の抵抗値は、前記 L E D 波長情報分析部 5 4 によって読み取られ、校正カーブ選択部 5 5 に与えられる。前記校正カーブ選択部 5 5 は、前記校正カーブ記憶部 5 3 に記憶されている各種の発光ダイオードに対応した複数の校正カーブの内、実際に本体部 4 に装着されているプローブ 6 の発光ダイオード 6 1 , 6 2 に対応したものを選択し、C P U 4 1 の演算部 4 1 b に設定する。したがって、前記識別抵抗 6 4 は、発光ダイオード 6 1 , 6 2 の種別を表す識別部材となり、前記 L E D 波長情報分析部 5 4 は、その識別抵抗 6 4 の抵抗値を読み取る読み取り手段となる。

20

【 0 0 2 3 】

これによって、前記演算部 4 1 b は、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 での受光信号のデジタル値を利用して、赤色光と赤外光との脈波信号の比から、前記 S p O₂ 値を演算する。また、前記演算部 4 1 b は、脈拍数を、前記赤色光または赤外光の脈波信号の周期から求め、それらの測定データを記憶部 4 8 に順次記憶させてゆくとともに、必要に応じて表示部 4 9 に表示させる。さらにまた、求められた S p O₂ 値が、使用者によって予め設定部 5 0 から設定され、設定状態記憶部 5 1 に記憶されているアラーム値を超えた場合には、前記表示部 4 9 から、特に音声報知を行う。

30

【 0 0 2 4 】

上述のように構成されるパルスオキシメータ 1 において、従来では、C P U 4 1 の通信部 4 1 c には、フォトカプラから成る絶縁回路に、コネクタを介して、外部のデータ処理装置であるパーソナルコンピュータ 2 が接続され、前記測定データ記憶部 4 8 に記憶されている長時間の測定データの転送が行われたり、各種の設定が行われている。これに対して、本実施の形態では、前記パルスオキシメータ 1 がインタフェース装置 3 を介してパーソナルコンピュータ 2 に接続され、前記測定データの転送や各種の設定が行われることである。

【 0 0 2 5 】

詳しくは、先ず前記インタフェース装置 3 は、模擬指 7 と、本体部 8 とを備えて構成される。前記模擬指 7 は、本体部 7 1 と、フォトダイオード 7 2 と、発光ダイオード 7 3 と、遮光板 7 4 とを備えて構成される。前記本体部 7 1 は、前記支持部材 6 5 の間に挟み込まれ(係合する)。そして、その本体部 7 1 の一方の面側に、第 2 の受光素子であるフォトダイオード 7 2 が、前記発光ダイオード 6 1 , 6 2 の少なくとも一方に対向して取り付けられ、他方の面側に、第 2 の発光素子である発光ダイオード 7 3 が前記フォトダイオード 6 3 に対向して取り付けられている。また、前記本体部 7 1 において、前記発光ダイオード 7 3 とフォトダイオード 7 2 との間には、遮光板 7 4 が介在されている。

40

【 0 0 2 6 】

前記本体部 8 は、パーソナルコンピュータ 2 の出力信号にตอบสนองして前記発光ダイオード 7 3 を駆動する L E D ドライバ部 8 1 と、前記フォトダイオード 7 2 からの電流信号を電

50

圧信号に変換する電流電圧変換部 8 2 と、その電圧信号を波形整形、すなわち 2 値の信号に変換して、前記パーソナルコンピュータ 2 の入力信号とする波形整形部 8 3 とを備えて構成される。

【 0 0 2 7 】

これに対して、パルスオキシメータ 1 の本体部 4 側には、前記パーソナルコンピュータ 2 との通信を実現するために、電流電圧変換部 4 4 および波形整形部 4 5 が設けられるとともに、CPU 4 1 には、前記通信部 4 1 c が設けられる。そして、前記パーソナルコンピュータ 2 によって発光ダイオード 7 3 が発光され、フォトダイオード 6 3 で得られた前記電流信号は、電流電圧変換部 4 4 で電圧信号に変換された後、前記波形整形部 4 5 にも入力される。この波形整形部 4 5 は、入力信号を波形整形、すなわち 2 値の信号に変換し、前記通信部 4 1 c に入力する。

10

【 0 0 2 8 】

ここで注目すべきは、前記のように第 2 の通信部となるパーソナルコンピュータ 2 は、パルスオキシメータ 1 と通信を行う際には、先ず LED ドライバ部 8 1 を介して、予め定める形式の信号 (コマンド) で発光ダイオード 7 3 を駆動することである。一方、パルスオキシメータ 1 側では、前記のように第 1 の通信部となり、また検出部でもある CPU 4 1 の通信部 4 1 c は、前記波形整形部 4 5 からの入力信号を監視しており、前記図 2 で示すような測定用の光信号が送信されている間は、前記波形整形部 4 5 からは整形されたパルスは出力されず、該通信部 4 1 c は待機 (監視) したままとなる。

【 0 0 2 9 】

20

これに対して、フォトダイオード 6 3 で前記予め定める形式の信号 (コマンド) が受信されると、前記波形整形部 4 5 からは整形されたパルスが出力され、前記通信部 4 1 c は、このパルスをデコードして、前記予め定める形式の信号 (コマンド) であることが確認されると、光通信可能な状態に切換わる。該通信部 4 1 c が前記光通信可能な状態となると、該通信部 4 1 c は、発光ダイオード 6 1 , 6 2 の少なくとも一方とフォトダイオード 6 3 とを光通信インタフェースとして使用して、前記パーソナルコンピュータ 2 側と光通信を行う。こうして、前述のような測定データ記憶部 4 8 の記憶データの転送が可能となったり、CPU 4 1 への各種の設定が可能となる。

【 0 0 3 0 】

図 3 は、前記予め定める形式の信号 (コマンド) を含むパーソナルコンピュータ 2 と通信部 4 1 c との間の通信信号の一例を示す波形図である。この図 3 の例では、赤色光および赤外光の周期より短い周期のパルスが使用され、前記赤色光および赤外光の照射光および透過光との識別が可能となっている。

30

【 0 0 3 1 】

なお、波形整形部 4 5 を省略して、該波形整形部 4 5 によるパルス変換結果を用いるのではなく、アナログ / デジタル変換部 4 7 の変換結果から、前記通信部 4 1 c を光通信可能な状態に切換えることも可能である。その場合、パルスオキシメータ 1 の通信部 4 1 c は、前記アナログ / デジタル変換部 4 7 のデジタル値の時系列からその周期を求め、それが通常測定時の周期とは異なる所定の周期であれば、パーソナルコンピュータ 2 からの通信信号と認識する。

40

【 0 0 3 2 】

または、前記外部通信ユニットの接続を検出するにあたって、検出部として前記通信部 4 1 c を用い、所定形式の信号 (コマンド) によって光学的に検出するのではなく、たとえば模擬指 7 に磁石を設けるとともに、プローブ 6 にホール素子などの磁界検出素子を設けることによって、通信部 4 1 c は模擬指 7 が装着されていることを磁氣的に認識して、通信可能な状態に設定してもよい。上記方法で検出することで、電氣的な接続端子を必要とせず、接続を検出できる。

【 0 0 3 3 】

このようにパルスオキシメータ 1 の発光ダイオード 6 1 , 6 2 およびフォトダイオード 6 3 を、パーソナルコンピュータ 2 と光通信を行う光通信インタフェースとして使用する

50

ことで、該パルスオキシメータ1とパーソナルコンピュータ2との通信のために、コネクタや無線通信回路などのインタフェースを特に搭載する必要はなく、小型化および低コスト化することができるとともに、光通信なので、絶縁の点も問題ない。

【0034】

本実施の形態による生体情報測定装置は、生体組織に光を照射する第1の発光素子と、前記生体組織での前記光の透過または反射光を受光する第1の受光素子と、前記第1の受光素子での受光信号を利用して、生体情報を算出する演算部と、当該生体情報測定装置が通信可能な状態であるかどうかを検出する検出部と、前記検出部が通信可能な状態であることを検出したとき、前記第1の発光素子および第1の受光素子を、外部との光通信インタフェースとして使用して、外部と光通信を行う第1の通信部と、を備えることを特徴とする。

10

【0035】

上記の構成によれば、生体組織に第1の発光素子からの光を照射し、前記生体組織での光の透過または反射光を第1の受光素子で受光して、その受光信号を利用して、演算部が予め定める生体情報を演算するようにした生体情報測定装置において、前記演算部での演算結果、すなわち測定データをパーソナルコンピュータなどの外部機器へ転送したり、或いは該生体情報測定装置の仕様や設定内容を読み出したり、外部から設定を行ったりするために設けられる第1の通信部が、前記第1の発光素子と第1の受光素子とを、前記外部機器との光通信インタフェースとして使用する。

【0036】

20

たとえば、第1の通信部には前記第1の受光素子での受光信号が入力されており、それを監視し、予め定める信号形式、すなわち光通信を行うべきコマンドが入力されると、前記外部機器との光通信を行う。或いは、前記第1の通信部は、前記受光信号が予め定める受光信号の範囲外、たとえば発光素子と受光素子との間に生体組織がないことで、受光信号が所定の値より大きくなったことを検出すると、光通信を行う。もしくは、前記第1の通信部は、該生体情報測定装置を、生体情報を測定する測定モードと、光通信を行う通信モードとの間で選択するための操作部を備える場合、前記操作部の操作により、前記通信モードが選択されたことが検出されたときには、光通信を行う。

【0037】

したがって、該生体情報測定装置と外部機器との通信のために、コネクタや無線通信回路などのインタフェースを特に搭載する必要はなく、小型化することができるとともに、光通信なので、絶縁の点も問題ない。

30

【0038】

特に本実施の形態は、前記の生体情報測定装置と、外部通信ユニットとを備えて構成される生体情報測定システムであって、前記外部通信ユニットは、第2の発光素子および第2の受光素子と、前記第2の発光素子および第2の受光素子を外部との光通信インタフェースとして用いる第2の通信部とを備え、前記生体情報測定装置と当該外部通信ユニットとは、係合部で係合することにより前記光通信可能な状態になり、その係合状態で、前記第1の発光素子と前記第2の受光素子とが対向し、前記第1の受光素子と第2の発光素子とが対向するように配置されていることを特徴とする。

40

【0039】

上記の構成によれば、外部機器を、上記のような第2の発光素子、第2の受光素子および第2の通信部を備えて構成することで、生体情報測定装置が、本来生体情報を取得すべき第1の発光素子および第1の受光素子を、前述のように光通信インタフェースとして使用して該外部機器との通信を行う生体情報測定システムを実現することができる。

【0040】

また好ましくは、前記生体情報測定装置は、前記第1の発光素子が、血流のある生体組織に、赤色光と赤外光との2つの波長の光を照射し、前記第1の受光素子が、前記生体組織での前記2つの波長の光それぞれの透過または反射光を受光し、前記演算部が、前記第1の受光素子での受光信号を利用して、前記生体組織での2つの波長の光の吸光特性の差

50

から血中酸素飽和度を演算するパルスオキシメータであることを特徴とする。

【 0 0 4 1 】

上記の構成によれば、前記生体情報測定装置を、血中酸素飽和度を演算するパルスオキシメータとして実現することができる。

【 0 0 4 2 】

[第 2 の着眼点に基づく実施の形態 2]

図 4 は、本発明の実施の形態 2 に係るパルスオキシメータシステムの電気的構成を示すブロック図である。このパルスオキシメータシステムは、前述の図 1 で示すパルスオキシメータシステムに類似し、対応する部分には同一の参照符号を付して示し、その説明を省略する。このパルスオキシメータシステムでは、パルスオキシメータ 1 ' は、基本的には前記のパルスオキシメータ 1 と同一である。本実施の形態では、前記パーソナルコンピュータ 2 に代えて、外部機器或いは外部通信ユニットとして、シミュレータ 1 0 が用いられることである。

10

【 0 0 4 3 】

これらのパルスオキシメータ 1 , 1 ' を数十台規模で使用する大病院などでは、パルスオキシメータ 1 , 1 ' の機能や性能を評価する装置として、生体シミュレータが知られ、利用されている。その生体シミュレータとなるシミュレータ 1 0 は、本体部 1 1 に、模擬指 3 ' を備えて構成される。模擬指 3 ' は、前記の模擬指 3 に類似し、前記発光ダイオード 7 3 を赤色光または赤外光の一方を発生する発光ダイオードとし、他方の光を発生する発光ダイオード 7 5 がさらに設けられている。

20

【 0 0 4 4 】

前記本体部 1 1 は、CPU 1 0 1 と、電流電圧変換部 1 0 2 と、波形整形部 1 0 3 と、波形整形部 1 0 4 と、LEDドライバ部 1 0 5 と、表示部 1 0 6 と、設定部 1 0 7 と、校正カーブ選択部 1 0 8 と、R / I R 設定部 1 0 9 と、AC 設定部 1 1 0 と、DC 設定部 1 1 1 と、脈拍数設定部 1 1 2 とを備えて構成される。

【 0 0 4 5 】

前記 CPU 1 0 1 は、制御部 1 0 1 a と、校正カーブ記憶部 1 0 1 b と、通信部 1 0 1 c とを備えて構成される。前記制御部 1 0 1 a は、後述するシミュレーション動作および光通信動作、ならびにその光通信動作によって得られた測定データの処理動作などを制御する。前記校正カーブ記憶部 1 0 1 b は、各メーカーの各型の発光ダイオードの発光特性（ピーク強度、ピーク波長、半値幅等）に対応した校正カーブを記憶しているものである。前記通信部 1 0 1 c は、前記特許請求の範囲における第 2 の通信部となり、後述するようにしてパルスオキシメータ 1 ' 側の通信部 4 1 c ' と光通信を行うものである。

30

【 0 0 4 6 】

前記電流電圧変換部 1 0 2 は、前記電流電圧変換部 8 2 および前記電流電圧変換部 4 4 と同様に、フォトダイオード 7 2 からの電流信号を電圧信号に変換するものである。前記波形整形部 1 0 3 は、前記波形整形部 4 5 と同様に、前記電流電圧変換部 4 4 で得られた電圧信号から、所定周期のパルス成分を復元するとともに、シミュレーションの際に発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光タイミングを検知するパルスを生成するものである。

【 0 0 4 7 】

一方、前記 DC 設定部 1 1 1 は、シミュレーションの際に発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動する DC 成分、すなわち基本の発光強度を設定するとともに、後述の光通信時に発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動するパルスの信号を生成するものである。これに対して、前記 AC 設定部 1 1 0 は、前記シミュレーションの際に発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動する AC 成分、すなわち目標 SpO₂ 値に対応した変調成分の発光強度を設定するものである。前記脈拍数設定部 1 1 2 は、前記シミュレーションの際に発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動する低周波成分、すなわち脈拍に対応した変調成分の発光強度を設定するものである。

40

【 0 0 4 8 】

前記波形整形部 1 0 4 は、前記シミュレーション時には、前記 AC 設定部 1 1 0 、 DC

50

設定部 1 1 1 および脈拍数設定部 1 1 2 による設定値に対応したレベルで、かつ前記波形整形部 1 0 3 で得られた発光タイミングで、前記発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動するための駆動信号を作成する。また、前記波形整形部 1 0 4 は、前記光通信時には、DC 設定部 1 1 1 からのパルスの信号にตอบสนองして、発光ダイオード 7 3 または 7 5 を点灯駆動するための駆動信号を作成する。前記 LED ドライバ部 1 0 5 は、前記波形整形部 1 0 4 からの駆動信号にตอบสนองして、前記発光ダイオード 7 3 , 7 5 を点灯駆動するものである。

【 0 0 4 9 】

ここで、前記校正カーブ選択部 1 0 8 は、前記シミュレーション時に、パルスオキシメータ 1 ' 側の発光ダイオード 6 1 , 6 2 の発光特性に対応した校正カーブを選択する。制御部 1 0 1 a は、選択された校正カーブから、シミュレーションする $S p O_2$ 値に対応した赤色光の変調度と赤外光の変調度との比を読み取って、それを R / I R 設定部 1 0 9 に設定する。たとえば、シミュレートする $S p O_2$ 値が 9 7 % の場合で、発光ダイオード 6 1 , 6 2 の波長が 6 6 0 nm と 9 0 0 nm との組合せであれば、選択された校正カーブでは、 $S p O_2 = 9 7 %$ のときは赤色光の変調度と赤外光の変調度との比が 0 . 6 なので、前記 R / I R 設定部 1 0 9 には 0 . 6 が設定される。発光ダイオード 6 1 , 6 2 の波長が 6 5 0 nm と 9 0 0 nm との組合せであれば、校正カーブの $S p O_2 = 9 7 %$ のときは赤色光の変調度と赤外光の変調度との比が 0 . 5 8 なので、前記 R / I R 設定部 1 0 9 には 0 . 5 8 が設定される。

【 0 0 5 0 】

また、制御部 1 0 1 a は、前記 AC 設定部 1 1 0 に、赤色光および赤外光の変調度を設定する。赤外光の変調度は CPU 1 0 1 が設定部 1 0 7 から読み取った値が設定される。赤色光の変調度は、前記 R / I R 設定部 1 0 9 に設定された赤色光の変調度と赤外光の変調度との比を前記赤外光の変調度に掛けた値が設定される。

【 0 0 5 1 】

前記表示部 1 0 6 は、液晶表示パネルなどから成り、シミュレーションに必要な各種設定画面や、シミュレーションの状況を表示できる。前記設定部 1 0 7 は、 $S p O_2$ 値、脈拍数、赤外光の脈波信号強度（変調度）など、シミュレーションに必要な各種パラメータの設定を行うものである。

【 0 0 5 2 】

上述のように構成されるパルスオキシメータ 1 ' およびシミュレータ 1 0 において、前記設定部 1 0 7 からは、シミュレーションの目標値となる $S p O_2$ 値および脈拍数が、表示部 1 0 6 を参照しながら使用者によって入力され、CPU 1 0 1 に設定される。CPU 1 0 1 の制御部 1 0 1 a は、それらの設定値にตอบสนองして、前記赤色光および赤外光の発光ダイオード 7 3 , 7 5 を発光駆動するための DC 成分の値を DC 設定部 1 1 1 に設定し、AC 成分の値を AC 設定部 1 1 0 に設定し、脈拍数の値を脈拍数設定部 1 1 2 に設定する。そして、それらの DC 設定部 1 1 1、AC 設定部 1 1 0 および脈拍数設定部 1 1 2 の設定値に基づいて、波形整形部 1 0 4 は、シミュレーション波形を形成し、LED ドライバ部 1 0 5 を介して発光ダイオード 7 3 , 7 5 を発光駆動することで、パルスオキシメータ 1 ' のシミュレーションが可能になる。

【 0 0 5 3 】

一方、前記の光通信のためには、受信用の前記電流電圧変換部 8 2 および波形整形部 8 3 と同様の電流電圧変換部 1 0 2 および波形整形部 1 0 3 が本体部 1 1 に設けられるとともに、送信用には前記 DC 設定部 1 1 1、波形整形部 1 0 4 および LED ドライバ部 1 0 5 が共用される。そして、パーソナルコンピュータ 2 に代わって、上述のように第 2 の通信部となる CPU 1 0 1 の通信部 1 0 1 c が、これらを使用して、パルスオキシメータ 1 ' 側の通信部 4 1 c ' と通信を行う。

【 0 0 5 4 】

そして、シミュレーションに先立って、CPU 1 0 1 の制御部 1 0 1 a は、前記通信部 1 0 1 c に、前記 DC 設定部 1 1 1 および波形整形部 1 0 4 から LED ドライバ部 1 0 5 を介して、前記発光ダイオード 7 3 , 7 5 の一方を前記予め定める形式の信号（コマンド

10

20

30

40

50

)で駆動させて、パルスオキシメータ1'側のCPU41'内の通信部41c'を前記光通信可能な状態に切替える。

【0055】

続いて、制御部101aは、前記通信部101cに、前記校正カーブ選択部55から、現在のプローブ6の発光ダイオード61, 62の種類に対応した校正カーブの情報を、電圧変換部102および波形整形部103を介して読取らせる。

【0056】

その読取りの結果、制御部101aは、該CPU101内の校正カーブ記憶部101bに記憶されている複数の校正カーブの内、対応するものを校正カーブ選択部108によって選択させ、選択された校正カーブから、前記設定部107で設定されたシミュレーションの目標値の SpO_2 設定値に対応した赤色光の変調度と赤外光の変調度との比を読み出して、その値をR/IR設定部109に設定する。これによって、現在のプローブ6の2つの発光ダイオード61, 62の発光特性(前記ピーク強度、ピーク波長、半値幅等)をシミュレータ10側の発光ダイオード73, 75で擬似的に再現することができる。

【0057】

また、前記制御部101aは、前記設定部50から設定され、設定状態記憶部51に記憶されているアラームの情報や、機種情報記憶部52に記憶されている機種情報も読出しておく。

【0058】

一方、前記AC設定部110には、R/IR設定部109に設定された赤色光と赤外光との変調度の比と、前記設定部107に設定されている赤外光の変調度とから、赤色光と赤外光との変調度が、制御部101aによって設定される。前記設定部107に設定された前記シミュレーションの目標値となる脈拍数は、制御部101aによって、脈拍数設定部112に設定される。波形整形部104では、前記AC設定部110に設定された赤色光および赤外光の変調度で、前記DC設定部に設定された赤色光および赤外光のベース発光強度を、脈拍数設定部112に設定された脈拍数に対応した周波数で、赤色光および赤外光を変調するための発光ダイオード73, 75の駆動波形が生成される。発光ダイオード73, 75の発光タイミングは、前述の通り波形整形部103で生成され、波形整形部104に入力される。こうして、波形整形部104から出力される前記駆動波形がLEDドライバ部105に入力されて、発光ダイオード73, 75が駆動される。

【0059】

なお、上述の説明では、シミュレータ10側の校正カーブ記憶部101bには、複数の校正カーブが記憶されており、その種類を前記校正カーブ選択部55から得られた校正カーブの情報に応じて選択しているけれども、前記校正カーブ選択部55から、選択されている校正カーブ自体を読出すようにしてもよい。また、事前に機種情報(パルスオキシメータのメーカー名、型名、シリアルナンバーなど)と校正カーブとの対応関係をシミュレータ10に登録して記憶させておき、シミュレーションに先立って、シミュレータ10がパルスオキシメータ1'と通信して機種情報記憶部52に記憶された前記機種情報(パルスオキシメータのメーカー名、型名、シリアルナンバーなど)を読み取って、適正な校正カーブを選択してもよい。なお、ここではシミュレータ10には発光ダイオード73, 75の2種類を用いた実施例を示したが、シミュレータの発光ダイオードは1つにして、発光タイミングと発光強度、変調度、変調周波数を、赤色光および赤外光に相当するよう、時分割駆動してもよい。

【0060】

図5および図6は、上述のようなパルスオキシメータ1'からの各種設定情報の読出し方法を説明するためのフローチャートである。先ず、図5はシミュレータ10側の動作であり、ステップS1では、制御部101aは、通信部101cを介して、パルスオキシメータ1'側の機種情報記憶部52に記憶されている機種情報を要求し、ステップS2で受信されると、ステップS3で該制御部101aに設定する。

【0061】

10

20

30

40

50

次に、ステップS 4では、制御部101 aは、通信部101 cを介して、パルスオキシメータ1'側の校正カーブ選択部55から、現在選択されている校正カーブの情報を要求し、ステップS 5で受信されると、ステップS 6で、対応する校正カーブを校正カーブ記憶部101 bから校正カーブ選択部108に読出させ、R/I R設定部109に設定させる。

【0062】

最後に、ステップS 7では、制御部101 aは、通信部101 cを介して、パルスオキシメータ1'側の設定状態記憶部51に記憶されているアラーム設定値を要求し、ステップS 8で受信されると、ステップS 9で、そのアラーム設定値を該制御部101 aに設定する。こうして、パルスオキシメータ1'のシミュレーションに必要な総てのパラメータの収集が終了すると、シミュレーションモードでの発光ダイオード73, 75の発光駆動に移る。

10

【0063】

一方、図6のパルスオキシメータ1'側では、ステップS 11で、通信部41 c'が、フォトダイオード63で受信された信号が、図3で示すような $100 \pm 10 \mu s$ 以内の矩形波パルス、すなわち波形整形部45で整形できるシミュレータ10側との通信の信号であるか否かを判断し、そうでないときには通常の測定動作に復帰する。これに対して、前記ステップS 11で、受信信号がシミュレータ10側との通信の信号であるときには、該通信部41 c'は光通信可能な状態に切換わり、シミュレータ10側からの図5で示すようなデータ要求を受付ける処理を開始する。そして、ステップS 12では、要求されたデータが前記機種情報であるか否かが判断され、機種情報である場合にはステップS 13で、該通信部41 c'は、機種情報記憶部52に記憶されている機種情報を読出して、シミュレータ10側の通信部101 cへ返信し、一旦データ要求を受付ける処理を終了して通常の測定動作に復帰する。

20

【0064】

これに対して、前記ステップS 12で要求されたデータが機種情報でない場合はステップS 14に移り、アラーム設定値の情報であるか否かが判断され、アラーム設定値の情報である場合にはステップS 15で、前記通信部41 c'は、設定状態記憶部51に記憶されているアラーム設定値の情報を読出して、シミュレータ10側の通信部101 cへ返信し、一旦データ要求を受付ける処理を終了して通常の測定動作に復帰する。また、前記ステップS 14で、要求されたデータが前記アラーム設定値の情報でない場合はステップS 16に移り、校正カーブの情報であるか否かが判断され、校正カーブの情報である場合にはステップS 17で、前記通信部41 c'は、校正カーブ選択部55で選択されている校正カーブの情報を読出して、シミュレータ10側の通信部101 cへ返信し、一旦データ要求を受付ける処理を終了して通常の測定動作に復帰する。

30

【0065】

このように構成することで、制御部101 aは、プローブ6によって異なる校正カーブを、シミュレータ10側に自動的に、かつ正確に設定することができ、パルスオキシメータ1'に所期の性能が出ているか、故障していないか、またプローブ6が故障していないかを、容易に判定することができる。したがって、制御部101 aは、評価部および警告部となる。

40

【0066】

ここで、米国特許第5784151号公報および米国特許第5348005号公報には、上述のようなパルスオキシメータの機種情報の設定方法を示しているが、それによれば、使用者がシミュレータに登録されているパルスオキシメータの機種リストの表示から、該当するものを選択する方法である。しかしながら、その従来技術では、使用者がシミュレータの表示画面に順次表示される多数のパルスオキシメータの機種から該当機種を選択する煩わしさがあり、また同一機種のパルスオキシメータでも、校正カーブが異なるような場合に対応できないという問題がある。

【0067】

50

これに対して、本実施の形態では、上述のように、シミュレータ10に、容易かつ正確にパルスオキシメータ1'の機種を設定できるだけでなく、同じ機種でも校正カーブが異なるようなオキシメータにも対応できるようになる。また、パルスオキシメータ1'のアラーム設定値も自動的にシミュレータ10に伝送、設定できるので、シミュレータ10によるパルスオキシメータ1'のアラーム機能の確認において、自動的にアラーム設定値近傍のSpO₂値や脈拍数のデータを掃引することで、利便性を高めることができる。

【0068】

本実施の形態による生体情報測定システムでは、前記生体情報測定装置は、酸素飽和度を算出するパルスオキシメータであって、生体組織に装着されるプローブ部を備え、前記外部通信ユニットは、前記プローブ部に係合して光通信を行うことで、前記パルスオキシメータの性能を評価するシミュレータのインタフェースとして機能することを特徴とする。

10

【0069】

上記の構成によれば、上記の外部通信ユニットを、パルスオキシメータの性能測定用のシミュレータとして実現することができる。

【0070】

好ましくは、前記生体情報測定システムでは、前記パルスオキシメータは、前記酸素飽和度を算出するとき使用する校正カーブを選定するための情報を記憶する第1記憶部を備え、前記シミュレータは、複数の種類のパルスオキシメータに対応した複数の校正カーブを記憶する第2記憶部と、前記パルスオキシメータの第1記憶部から、光通信により前記校正カーブに関する情報を取得し、前記情報に対応した校正カーブを前記第2記憶部から読み出して、前記パルスオキシメータの評価を行う評価部とを備えることを特徴とする。

20

【0071】

上記の構成によれば、上記の外部通信ユニットを、前記パルスオキシメータの性能測定用のシミュレータとして実現し、このシミュレータに対する煩雑な校正カーブの設定を自動化することができる。

【0072】

なお、発光素子および受光素子を使って生体情報を測定する装置としては、脈波計、脈拍数計、加速度脈波計、加速度脈波計から派生した血管年齢測定装置、血圧計、黄疸計などがある。それぞれ、生体情報を測定するとき使用するプローブの形状に合わせて、外部通信ユニットの係合部の形状を形成すればよい。

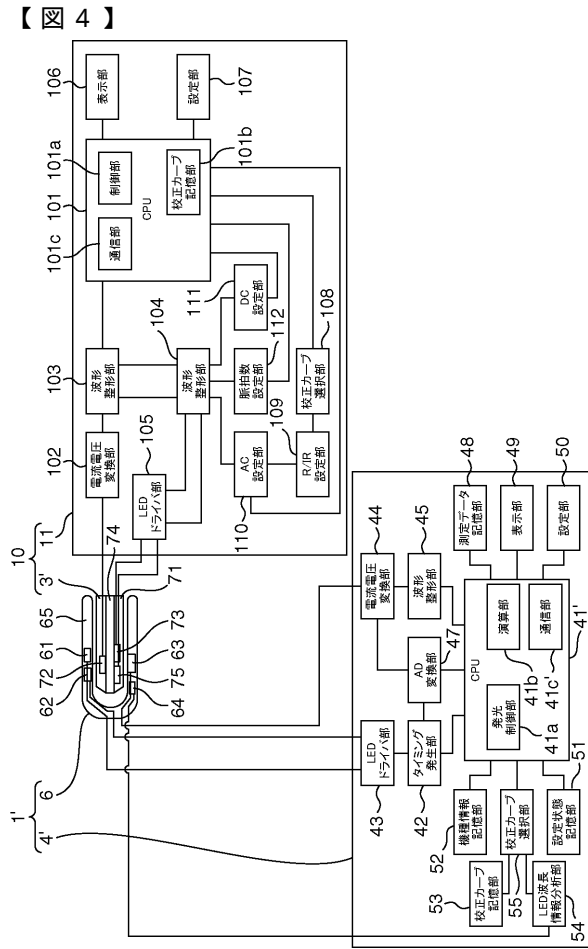
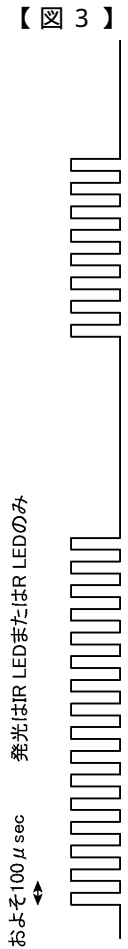
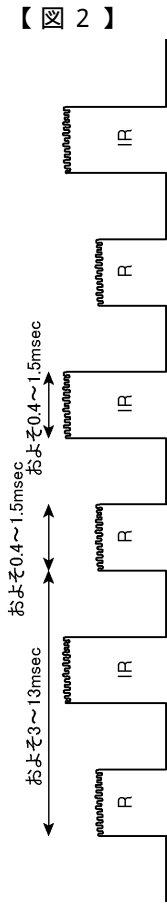
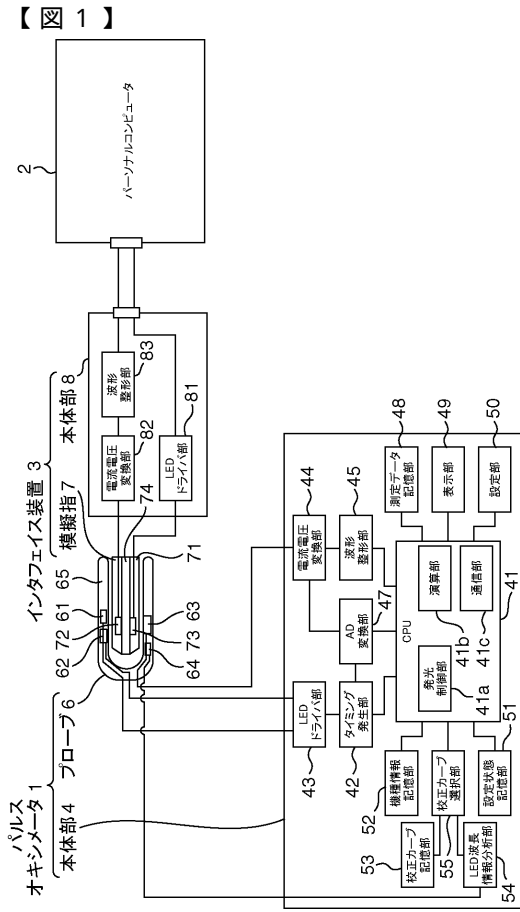
30

【産業上の利用可能性】

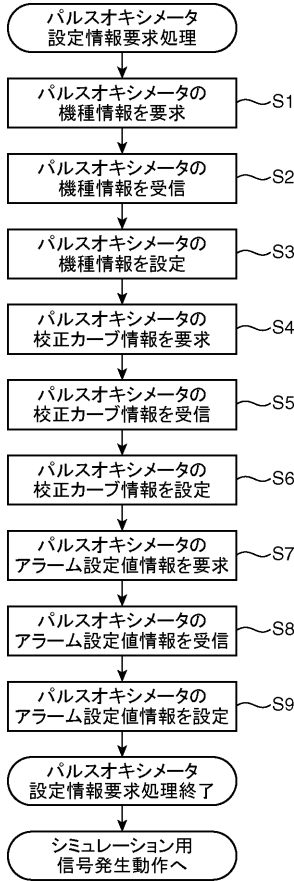
【0073】

本発明は、生体組織に光を照射し、透過または反射した光を利用して、前記生体組織の生体情報を測定する生体情報測定装置を使用するにあたって、前記光を発生する第1の発光素子と、前記透過または反射した光を受光する第1の受光素子とを、外部との光通信インタフェースとして使用する。これによって、コネクタや無線通信回路を用いることなく、該生体情報測定装置からの測定データの吸い上げや、該生体情報測定装置への各種設定を行うことができるので、該生体情報測定装置を小型化することができ、好適である。

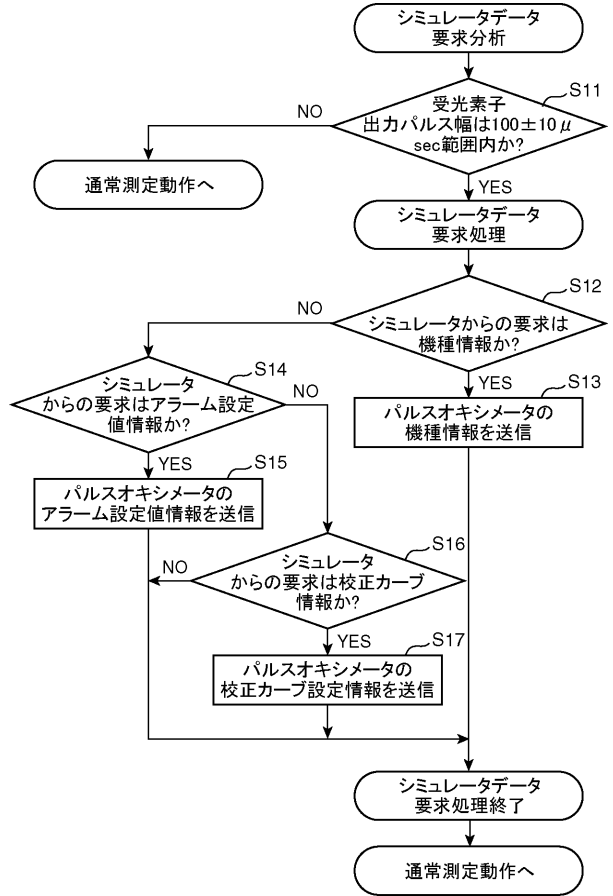
40



【図5】



【図6】



フロントページの続き

(56)参考文献 特開2000-354591(JP,A)
特開2005-312912(JP,A)
特開2006-166085(JP,A)

(58)調査した分野(Int.Cl., DB名)
A61B 5/1455