

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 特許公報(B1)

(11) 特許番号

特許第6257015号
(P6257015)

(45) 発行日 平成30年1月10日(2018.1.10)

(24) 登録日 平成29年12月15日(2017.12.15)

(51) Int.Cl. F I
A 6 1 B 5/00 (2006.01) A 6 1 B 5/00 Z J P G

請求項の数 14 (全 16 頁)

<p>(21) 出願番号 特願2017-150012 (P2017-150012)</p> <p>(22) 出願日 平成29年8月2日(2017.8.2)</p> <p>審査請求日 平成29年8月9日(2017.8.9)</p> <p>早期審査対象出願</p>	<p>(73) 特許権者 516377348 株式会社Arblet 東京都渋谷区恵比寿西二丁目17番17号 201号室</p> <p>(74) 代理人 100167667 弁理士 安高 史朗</p> <p>(74) 代理人 100208395 弁理士 北島 健二</p> <p>(72) 発明者 清水 滉允 東京都東村山市恩多町2丁目34番地65 株式会社Arblet内</p> <p>審査官 姫島 あや乃</p>
--	---

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラム

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項1】

ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する通信部と、
前記測定データを記憶する記憶部と、
記憶された前記測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する解析部と、

を備え、

前記記憶部は、前記数理モデルを記憶し、

前記通信部は、記憶された前記数理モデルを利用可能に提供する開発支援サーバ。

【請求項2】

前記測定データは、被測定者の活動状態を示すタグ情報と関連付けられた情報であり、
前記解析部は、前記タグ情報に基づいて抽出された測定データに基づいて数理モデルを生成する請求項1に記載の開発支援サーバ。

【請求項3】

前記タグ情報は、前記測定装置が接続された端末装置からハッシュタグとして入力される情報である請求項2に記載の開発支援サーバ。

【請求項4】

前記解析部は、端末装置から送信された基本式を用いて数理モデルを生成する請求項2又は3に記載の開発支援サーバ。

【請求項5】

10

20

前記解析部は、サーバ内に記憶される基本式を用いて数理モデルを生成する請求項 2 又は 3 に記載の開発支援サーバ。

【請求項 6】

前記数理モデルを利用して測定データから生体情報データへ演算を行う演算部をさらに有し、

前記通信部は、演算された前記生体情報データを配信する請求項 1 から 5 のいずれか一項に記載の開発支援サーバ。

【請求項 7】

前記数理モデルを数理 API として生成する API 生成部をさらに有し、

前記記憶部は、生成した前記数理 API を記憶し、

前記通信部は、前記数理モデルを前記数理 API として配信する請求項 1 から 6 のいずれか一項に記載の開発支援サーバ。

【請求項 8】

前記数理 API を利用した被測定者の状態を検知するアプリケーションソフトウェアを生成するアプリ生成部をさらに有し、

前記通信部は、生成された前記アプリケーションソフトウェアを配信する請求項 7 に記載の開発支援サーバ。

【請求項 9】

前記アプリ生成部は、複数の前記数理 API を選択可能とし、選択した前記数理 API と前記測定装置を示すモジュールを画面上で結線可能な GUI 環境を配信する請求項 8 に記載の開発支援サーバ。

【請求項 10】

前記演算部は、前記アプリケーションソフトウェアが実装された端末装置から送信される測定データを生体情報データへ演算を行う請求項 6 に従属する請求項 8 又は 9 に記載の開発支援サーバ。

【請求項 11】

前記測定データは、被測定者の心電、脈波、温度、加速度のうち少なくとも一つを含むデータである請求項 1 から 10 のいずれか一項に記載の開発支援サーバ。

【請求項 12】

前記生体情報データは、被測定者の血圧情報、心拍情報、血中酸素量情報、心電情報、呼吸数、体温情報、歩幅情報、重心の位置情報のうち少なくとも一つを含むデータである請求項 1 から 11 のいずれか一項に記載の開発支援サーバ。

【請求項 13】

通信部が、ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する工程と、

記憶部が、前記測定データを記憶する工程と、

解析部が、記憶された前記測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する工程と、

前記記憶部が、前記数理モデルを記憶する工程と、

前記通信部が、記憶された前記数理モデルを利用可能に提供する工程と、
を備える開発支援方法。

【請求項 14】

ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する工程と、

前記測定データを記憶する工程と、

記憶された前記測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する工程と、

前記数理モデルを記憶する工程と、

記憶された前記数理モデルを利用可能に提供する工程と、
をコンピュータによって実現するための開発支援プログラム。

10

20

30

40

50

【発明の詳細な説明】**【技術分野】****【0001】**

本開示は、被測定者の状態を検知するアプリケーションソフトウェアの開発支援を行うための開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラムに関する。

【背景技術】**【0002】**

被測定者の生体情報を連続的に測定し、その変化から病気の早期発見や病状変化の検出を行うことは健康管理を行う上で有効である。その際に、被測定者の行動状態によって計測した脈拍や心電などの生体情報が大きく変動するため、行動状態と関連づけた情報の取得が必要となる。

10

【0003】

例えば特許文献1では、被測定者の生体情報と行動状態を示す行動情報から、ユーザの健康状態を把握する身体装着型生活支援装置が開示されている。

【先行技術文献】**【特許文献】****【0004】**

【特許文献1】特開2001-327472号公報

【発明の概要】**【発明が解決しようとする課題】**

20

【0005】

近年では、スマートフォン用のアプリケーションソフトウェア等を、個人や中小企業等の小規模の人員で作成し、リリースすることが容易な環境が整っている。しかしながら、複数の生体情報から様々な健康状態を把握するためのソフトウェア等を作成するためには、数多くの測定データと、それに基づく数理モデルが必要となり、それらの測定データや数理モデルを保有する企業、団体等以外の者が、生体情報を扱うソフトウェアを作成することは困難であった。

【0006】

そのため本開示では、ソフトウェア開発者が、被測定者の測定データに基づく数理モデルを容易に利用可能とする開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラムを提供することを目的とする。

30

【課題を解決するための手段】**【0007】**

上記の課題を解決するために、本開示の開発支援サーバは、ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する通信部と、測定データを記憶する記憶部と、記憶された測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する解析部と、を備え、記憶部は、数理モデルを記憶し、通信部は、記憶された数理モデルを利用可能に提供する。

【0008】

又、本開示の開発支援方法は、通信部が、ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する工程と、記憶部が、測定データを記憶する工程と、解析部が、記憶された測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する工程と、記憶部が、数理モデルを記憶する工程と、通信部が、記憶された数理モデルを利用可能に提供する工程と、を備える。

40

【0009】

又、本開示の開発支援プログラムは、ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する工程と、測定データを記憶する工程と、記憶された測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する工程と、数理モデルを記憶する工程と、記憶された数理モデルを利用可能に提供する工程と、をコンピュータによって実現する。

50

【発明の効果】

【0010】

上述の開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラムによれば、ソフトウェア開発者が、被測定者の測定データに基づく数理モデルを容易に利用可能とすることができる。

【図面の簡単な説明】

【0011】

【図1】実施形態に係る開発支援の構成を示す概略ブロック図である。

【図2】実施形態に係る心電波形及び脈波の例について説明するための図である。

【図3】実施形態に係る開発支援システムのデータ収集動作について説明するためのフローチャートである。

【図4】実施形態に係る開発支援サーバの数理モデル、数理API生成の動作について説明するためのフローチャートである。

【図5】実施形態に係る開発者端末上に表示されるGUI環境の画像である。

【図6】実施形態に係るコンピュータの構成を示す概略ブロック図である。

【発明を実施するための形態】

【0012】

以下、本実施形態について説明する。なお、以下に説明する本実施形態は、特許請求の範囲に記載された本開示の内容を不当に限定するものではない。又、本実施形態で説明される構成の全てが、本開示の必須構成要件であるとは限らない。

【0013】

(実施形態)

<構成>

図1を用いて、開発支援サーバ101を含む開発支援システム1の構成及びその概要について説明する。なお、図1は、本実施形態の開発支援システム1のブロック図である。

【0014】

本実施形態の開発支援システム1は、図1に示すように、開発支援サーバ101と測定装置201(201a、201b)と携帯端末202(202a、202b)と開発者端末203により構成されており、開発支援サーバ101と携帯端末202と開発者端末203は、例えばインターネットやLAN等のネットワークNWに接続可能に構成されている。また、測定装置201aと携帯端末202a、測定装置201bと携帯端末202bは、Bluetooth(登録商標)、近距離無線通信(Near Field radio Communication=NFC)、Afero(登録商標)、Zigbee(登録商標)、Z-Wave(登録商標)、又は無線LAN等を用いて接続されている。無線接続の代わりに有線で接続を行っても構わない。

【0015】

開発支援サーバ101は、通信部111と、記憶部121と、演算部131と、解析部141と、API生成部151と、アプリ生成部161と、を備えるサーバ装置である。

【0016】

通信部111は、開発支援サーバ101と、携帯端末202、開発者端末203等の外部装置との通信を行うための通信インタフェースである。

【0017】

記憶部121は、携帯端末202から送信された測定データや、後述する演算部131で演算を行った生体情報データを記憶する。また、後述するAPI生成部151で生成、または開発者が作成した数理API(Application Programming Interface)や、入力機能や表示機能等のAPIをAPIモジュールとして記憶する。さらに、後述するアプリ生成部161で生成されたアプリケーションソフトウェアを記憶する。

【0018】

演算部131は、測定データから生体情報データへの演算を行う。演算部131は、後

10

20

30

40

50

述する解析部 141 で生成された数理モデルや、後述する API 生成部 151 で生成された数理 API や、開発者端末 203 から提供された数理 API を用いて演算を行う。

【0019】

解析部 141 は、記憶部 121 に記憶されている複数の測定データから、数理モデルの解析を行う。例えば、数理モデルは元となる基本式は、開発支援サーバ 101 の運営者や、開発者が開発者端末 203 から提供しており、基本式に含まれる定数を決定するように解析を行う。

【0020】

API 生成部 151 は、解析部 141 で生成された数理モデルを、アプリケーションソフトウェアで使用できる形の API として生成する。また、数理モデルの形で開発者からアップロードされた式を API として生成する。生成された API は、記憶部 121 で記憶される。

10

【0021】

アプリ生成部 161 は、記憶部 121 に記憶された API モジュール等から、携帯端末 202 で実行可能なアプリケーションソフトウェアを生成する。生成されたアプリケーションソフトウェアは、記憶部 121 に記憶される。

【0022】

測定装置 201 は、被測定者が腕等に装着し、被測定者の生体情報を測定するための装置である。測定装置 201 は、被測定者の心電、脈波、温度（体温）、加速度のデータを測定する。

20

【0023】

また、測定装置 201 は、2つの電極を皮膚に接触させ、検出電位の差の時間変化のより心電を心電波形のデータとして取得する。なお、心電波形は、ガルバニック皮膚反応により取得されたデータでも構わない。

【0024】

また、測定装置 201 は、緑、赤、赤外の発光を行う LED から各光を皮膚に照射し、フォトダイオードで受光した光の強度の時間変化により、被測定者の心臓の心拍により生ずる血管の容積変化により脈波を脈波形のデータとして取得する。この方式で検出を行うことができる脈波形は光電式容積脈波形である。

【0025】

また、測定装置 201 は、被測定者の皮膚に接触させる温度センサにより被測定者の皮膚温度をデータとして取得する。

30

【0026】

また、測定装置 201 は、直交する XYZ 軸それぞれの変異状態を検出する 3 軸加速度センサにより、被測定者の動作を加速度データとして取得する。例えば測定装置 201 が、被測定者の腕に装着されている場合、測定装置 201 は、腕の振りと、全身の動きが合成された加速度として加速度データの取得をする。

【0027】

携帯端末 202 は、被測定者が所持する端末装置であり、測定装置 201 から Bluetooth などの通信手段を用いて測定装置 201 が測定した測定データを受信する。携帯端末 202 は、コンピュータ、スマートフォン、スマートウォッチ、携帯電話、PHS、PDA 等の情報処理装置である。携帯端末 202 は、予め登録されている被測定者の性別、身長、体重、歩幅、登録されている生年月日から算出した年齢等の被測定者情報を測定データに関連付けてネットワーク NW を介して開発支援サーバ 101 へ送信する。また、携帯端末 202 は、被測定者が測定装置 201 によりデータを取得する状態を、タッチパネル等を用いて入力することができる。携帯端末 202 は、「データを取得する状態」を、例えば、走っている場合には「#ランニング中」、食事中である場合には「#食事中」など、ハッシュタグ情報として入力することができる。携帯端末 202 は、測定装置 201 から受信した測定データを、ハッシュタグ情報と関連付けてネットワーク NW を介して開発支援サーバ 101 へ送信する。

40

50

【0028】

開発者端末203は、開発者が使用する端末装置であり、ネットワークNWを介して開発支援サーバ101や携帯端末202と接続可能に構成されている。開発者端末203は、コンピュータ、スマートフォン、スマートウォッチ、携帯電話、PHS、PDA等の情報処理装置である。開発者端末203は、携帯端末202で使用されるアプリケーションソフトを開発支援サーバ101において生成するための操作を行うことができる。また、基本式、数理モデル、数理API、ユーザインタフェース等を作成し、開発支援サーバ101にネットワークNWを介してアップロードすることができる。なお、携帯端末202が、開発者端末203の機能を兼ねても構わない。

【0029】

<数理モデル生成方法>

次に、本開示の実施形態における開発支援サーバ101における数理モデルの生成方法について、測定データから生体情報データである最大血圧と最小血圧を算出するための数理モデルを例として説明する。

【0030】

<<最大血圧、最小血圧の演算する基本式について>>

図2は、測定装置201が測定し、記憶部121に記憶された被測定者の心電波形及び光電式容積脈波形と、演算部131が光電式容積脈波形を時間で1階微分した速度脈波形及び、光電式容積脈波形を時間で2階微分した加速度脈波形を示している。図2は上から順に、心電波形、光電式容積脈波形、速度脈波形及び加速度脈波形となる。縦軸は、各波形の強度を示しており、心電波形及び光電式容積脈波形は電位を示すmVで表される。横軸は時間経過を示し、左から右へ時間経過を示している。

【0031】

心電波形は、人の心臓の拍動を引き起こす電気的信号の周期的変化を示す波形である。心電波形は、その形状の変曲点にそれぞれP波、Q波、R波、S波、T波の名称が割り当てられ、心拍の1サイクルを示している。P波は心房収縮を表し、Q波R波S波は心室収縮の状態を表し、T波は心室拡張の開始を表す。

【0032】

光電式容積脈波形は、人の心臓の拍動に伴う末梢血管系内の血圧・体積の変化を示す波形である。光電式容積脈波形は、その形状の変曲点にそれぞれA波、P波、V波、D波の名称が割り当てられ、心拍の1サイクルを示している。A波を動脈脈波が生じた時点の基準点として、P波が左心室駆出によって生じるPercussion波(衝撃波)、V波が大動脈弁の閉鎖時に生じるValley波(重複隆起による波)、D波が反射振動波であるDicrotic波(重複波)を示している。

【0033】

速度脈波形は、光電式容積脈波形を時間で1階微分をしたものである。加速度脈波形は、速度脈波形を時間で1階微分したもの、すなわち光電式容積脈波形を2階微分したものである。加速度脈波形は、図2で示すように、その波形の各ピークにa波(収縮初期陽性波)、b波(収縮初期陰性波)、c波(収縮中期再上昇波)、d波(収縮後期再下降波)、e波(拡張初期陽性波)、f波(拡張初期陰性波)の名称が割り当てられている。b波の強度とa波の強度の比、及びf波の強度とe波の強度の比はそれぞれ血管の伸縮性すなわち弾性を示すパラメータである。主な血管の成分は、血管内皮(Endothelium)、弾性線維(Elastin)、タンパク質(Collagen)、平滑筋(Smooth Muscle)である。これらの成分にはそれぞれ異なった性質があり、最大血圧、最小血圧時の血管の弾性はそれぞれCollagen、Elastinが強い影響力を担っている。そのため、血圧値によって異なる弾性をb波の強度とa波の強度の比である(b/a)、f波の強度とe波の強度の比である(f/e)のパラメータで示すことができ、年齢・性別・環境変数の影響によってもこれらの値は変動する。そのため、(b/a)、(f/e)の値は、加速度脈波形の特性情報として算出することができる。

【0034】

10

20

30

40

50

図2で示すようにR波の生じた時間 T_r とP波の生じた時間 T_p の差分の時間が心室収縮期脈波伝搬時間 PTT_SYS となる。 T 波の生じた時間 T_t とD波の生じた時間 T_d の差分の時間が心室拡張期脈波伝搬時間 PTT_DIA となる。すなわち、心電波形のR波の時間 T_r 及びT波の時間 T_t と、光電式容積脈波形のT波の時間 T_p とD波の時間 T_d から、(1)式及び(2)式で示すように、心室収縮期脈波伝搬時間 PTT_SYS 及び心室拡張期脈波伝搬時間 PTT_DIA を算出することができる。

【0035】

$$PTT_SYS = T_p - T_r \quad \dots (1)$$

【0036】

$$PTT_DIA = T_d - T_t \quad \dots (2)$$

10

【0037】

ここで、血圧の算出式について説明する。

【0038】

以下に示す(3)式の脈波伝搬速度の式(Moens Kortewegの式)より、脈波伝播速度と動脈壁の縦弾性係数との関係が示されている。

【0039】

$$L / T_PTT = (E \cdot h / (2 \cdot r \cdot \rho)) \quad \dots (3)$$

【0040】

(3)式の各パラメータは、 L ：測定間距離、 T_PTT ：脈波伝搬時間、 r ：血管内径、 E ：血管の縦弾性係数、 h ：血管の厚さ、 ρ ：血液密度である。

20

【0041】

縦弾性係数と血圧値は相関関係にあることが知られており、

【0042】

$$E = E_0 \cdot \exp(k \cdot P) \quad \dots (4)$$

【0043】

で示すことができる。ここで、 P ：血圧値、 k ：定数、 E_0 ：初期値である。

【0044】

(3)式と(4)式より(5)式を導き出すことができる。

【0045】

$$P = (-2 \cdot \ln(T_PTT) + \ln(2 \cdot r \cdot \rho \cdot L^2 / (E_0 \cdot h))) / \dots (5)$$

30

【0046】

\ln は自然対数を示している。このとき、" $r \cdot \rho$ "は測定部位の血液量に比例するため、光電式容積脈波形で示される高値(V_p 、 V_d)で示すことができる。又、" $E_0 \cdot h$ "は血管の弾性に比例する値であるため、弾性を示すパラメータである(b/a)と(f/e)を用いて置き換えることができる。

【0047】

よって、最高血圧 BP_SYS (Blood Pressure__Systolic)及び最低血圧 BP_DIA (Blood Pressure__Diastolic)は、以下で示す(6)式及び(7)式で示すことができる。

40

【0048】

$$BP_SYS = A1 \cdot \ln(PTT_SYS) + A2 \cdot \ln(V_p) + A3 \cdot \ln(b/a) + A4 \quad \dots (6)$$

【0049】

$$BP_DIA = A5 \cdot \ln(PTT_DIA) + A6 \cdot \ln(V_d) + A7 \cdot \ln(f/e) + A8 \quad \dots (7)$$

【0050】

$A1$ から $A8$ は条件により定まる定数である。(6)式で算出することができる最高血圧 BP_SYS は、心室収縮期脈波伝搬時間 PTT_SYS の自然対数に定数 $A1$ を掛けたものと、P波の強度 V_p の自然対数に定数 $A2$ を掛けたものと、(b/a)の自然対数

50

に定数 A 3 を掛けたものと、定数 A 4 の和で求めることができる。(7) 式で算出することができる最低血圧 BP_SYS は、心室収縮期脈波伝搬時間 PTT_DIA の自然対数に定数 A 5 を掛けたものと、D 波の強度 Vd の自然対数に定数 A 6 を掛けたものと、 (f/e) の自然対数に定数 A 7 を掛けたものと、定数 A 8 の和で求めることができる。

【0051】

<< 数理モデルの決定 >>

次に、(6) 式及び(7) 式を基本式として、数理モデルを生成する方法について説明する。(6) 式及び(7) 式の A 1 から A 8 は、様々な条件によって定まる定数である。被測定者の性別、年齢などの条件や、また、走っている最中や、食事中等の測定環境条件から、特定の条件で測定された測定データをもとに算出した PTT_SYS 、 Vp 、 b/a 、 PTT_DIA 、 Vd 、 f/e を複数使用し、A 1 から A 8 の定数を求めることができる。求められた定数を基本式に導入することで数理モデルを決定することができる。なお、基準となる最大血圧、最小血圧を測定データと関連付けて事前に測定し、 BP_SYS 、 BP_DIA として代入して各定数を求めても構わない。

10

【0052】

ここまで、測定データから生体情報データである最大血圧と最小血圧を算出するための数理モデルを例として説明してきたが、数理モデルは、求める生体情報データ毎にそれぞれ異なった数理モデルとして決まる。温度の測定データから体温を算出するためには体温演算数理モデルを用い、加速度の測定データから、歩幅や重心移動の量を算出するためには歩幅、重心演算数理モデルを用いる。他に、脈波形の測定データから、血中酸素量を算出する血中酸素量演算数理モデルや呼吸数を算出する呼吸数演算数理モデル等を用意することができる。それぞれに、開発者等が予め定めた基本式に対して、複数の測定データから基本式の定数を求めることで各数理モデルを決定する。

20

【0053】

< 処理の流れ >

次に、本開示の実施形態に係る開発支援システム 1 の動作について、図 3、図 4 に示すフローチャートを参照しながら説明する。

【0054】

<< 測定データの収集 >>

図 3 は、測定装置 201 で測定したデータを開発支援サーバ 101 が収集するまでの手順を示すフローチャートである。図 3 のフローチャートは、測定装置 201 と携帯端末 202 と、開発支援サーバ 101 の各動作の関連状態を示している。

30

【0055】

ステップ S 101 において、測定装置 201 a は、ステップ S 117 までの間、被測定者が測定を開始し、終了操作を行うまでループを行う。

【0056】

ステップ S 102 において、測定装置 201 a は、2 つの電極 122 から心電の検出を行う。

【0057】

ステップ S 103 において、測定装置 201 a は、ステップ S 102 で検出した心電の時間変化から心電波形の生成を行う。

40

【0058】

ステップ S 104 において、測定装置 201 a は、発光 LED を発光させ被測定者の皮膚へ照射し、皮膚から反射した光をフォトダイオードで受光し、脈波情報の検出を行う。

【0059】

ステップ S 105 において、測定装置 201 a は、ステップ S 104 で検出した脈波情報の時間変化から光電式容積脈波形の生成を行う。

【0060】

ステップ S 106 において、測定装置 201 a は、温度センサによって、被測定者の皮膚温度の検出を行う。

50

【 0 0 6 1 】

ステップ S 1 0 7 において、測定装置 2 0 1 a は、ステップ S 1 0 6 で検出した皮膚温度の時間変化から温度波形の生成を行う。

【 0 0 6 2 】

ステップ S 1 0 8 において、測定装置 2 0 1 a は、3 軸加速度センサによって、被測定者の動作を X 軸 Y 軸 Z 軸の 3 軸の加速度として検出を行う。

【 0 0 6 3 】

ステップ S 1 0 9 において、測定装置 2 0 1 a は、ステップ S 1 0 8 で検出した加速度の時間変化から 3 軸の加速度波形の生成を行う。

【 0 0 6 4 】

以上説明してきた、本実施形態において、測定装置 2 0 1 a は、ステップ S 1 0 2、ステップ S 1 0 4、ステップ S 1 0 6、ステップ S 1 0 8 及びステップ S 1 0 3、ステップ S 1 0 5、ステップ S 1 0 7、ステップ S 1 0 9 は並列処理により同時並行で処理する。ただし、各ステップを逐次処理で、数 Hz から数十 Hz の間隔による時分割で処理を行っても構わない。また、温度は 1 Hz で処理を行う等、測定対象に応じて時分割の周波数を設定しても構わない。

【 0 0 6 5 】

ステップ S 1 1 0 において、測定装置 2 0 1 a は、ステップ S 1 0 3 で生成した心電波形と、ステップ S 1 0 5 で生成した光電式容積脈波形に、ステップ S 1 0 7 で生成した温度波形、ステップ S 1 0 9 で生成した加速度波形に、各々検出した時間を測定時間として付加して、心電波形データ、脈波系データ、温度波形データ、加速度波形データの各波形データとして記憶する。

【 0 0 6 6 】

ステップ S 1 1 1 において、測定装置 2 0 1 a は、測定装置データ送信トリガの有無の判別を行う。測定装置データ送信トリガが「有」すなわち「Y」の時はステップ S 1 1 2 へ進み、「無」すなわち「N」の時はステップ S 1 1 3 へ進む。測定装置データ送信トリガは、開発支援サーバ 1 0 1 内の内部パラメータであり、測定装置 2 0 1 a から携帯端末 2 0 1 2 へ、各波形データを常時送信する場合には、当該パラメータは常時「有」すなわち「1」と設定される。測定装置 2 0 1 a から携帯端末 2 0 2 a へ、各データを離散的に送信する場合には、内部のカウンタによって、設定したタイミングによって測定装置データ通信トリガが「1」となるように設定する。また、携帯端末 2 0 2 a からの要求により、測定装置データ通信トリガを「1」としてもよい。

【 0 0 6 7 】

ステップ S 1 1 2 において、測定装置 2 0 1 a は、各波形データを携帯端末 2 0 2 a へ送信を行う。

【 0 0 6 8 】

ステップ S 1 1 3 において、測定装置 2 0 1 a は、測定装置 2 0 1 a の電源がオフにされるか、測定の終了操作がされるまでステップ S 1 0 1 との間でループを行う。

【 0 0 6 9 】

ステップ S 1 1 4 において、携帯端末 2 0 2 a は、測定装置 2 0 1 a から送信された心電波形データ、脈波系データ、温度波形データ、加速度波形データの各波形データを記憶する。

【 0 0 7 0 】

ステップ S 1 1 5 において、携帯端末 2 0 2 a は、携帯端末 2 0 2 a を所持する被測定者からの測定データを取得する際の状態の入力を受け付ける。ステップ S 1 1 4 で送信されたデータを取得した状態が、被測定者が走っている状態であれば、被測定者は携帯端末 2 0 2 a に「ランニング中」とあるという情報として入力することができる。入力された情報は、ハッシュタグ情報として「#ランニング中」と文字列情報として、各波形データと関連付けられて記憶される。また、携帯端末 2 0 2 a には、あらかじめ被測定者の性別情報や、生年月日情報等が入力されており、性別情報や、生年月日情報から算出された年

10

20

30

40

50

齡情報等を、各波形データに関連付けて記憶する。

【0071】

ステップS116において、携帯端末202aは、ステップS115で、ハッシュタグ情報や、被測定者の情報が関連付けられた各波形データを開発支援サーバ101へ送信する。

【0072】

ステップS117において、開発支援サーバ101は、ステップS116で携帯端末202aから送信された各波形データを、記憶部121へ測定データとして記憶する。

【0073】

以上説明してきたように、開発支援システム1は、図3に示すフローチャートによる処理を行うことで、被測定者から、測定条件が関連付けられた複数の測定データを得ることができる。また、複数の被測定者からの測定データを収集することができる。そのため、開発支援サーバ101は、被測定者や、測定条件が関連付けられた大量の測定データを収集することができる。

10

【0074】

<<数理モデル、数理APIの生成>>

図4は、開発支援サーバ101において、開発者が、数理モデル、数理APIを生成する手順を示すフローチャートである。以下は、具体例として、開発者が最大血圧、最小血圧を演算するための数理モデル、数理APIを生成する場合について説明する。

【0075】

ステップS201において、開発者は、開発者端末203から通信部111を介して記憶部121へ最大血圧、最小血圧を測定するための基本式である(6)式、(7)式をアップロードする。解析部141は、開発者端末203からの操作により、選択された基本式を設定する。

20

【0076】

ステップS202において、解析部141は、開発者端末203からの要求により、記憶部121から測定データの抽出を行う。解析部141は、開発者端末203から、例えば「ランニング中」の測定データが要求された場合、「#ランニング中」のハッシュタグ情報が関連付けられた測定データが抽出される。測定データとしては、心電波形データ、脈波系データ、温度波形データ、加速度波形データの中から該当するデータが抽出される。また、性別や年齢情報等の情報に基づいてデータの抽出が行われる。年齢情報については、開発者がデータを抽出する年齢の幅を任意に設定することができる。

30

【0077】

ステップS203において、解析部141は、ステップS201で抽出された測定データの解析を行う。解析部141は、ステップS201で設定された基本式と、ステップS202で抽出された複数の測定データのフィッティングを行い、基本式中の各定数の決定を行う。各定数が決定された基本式は、測定条件と対応付けられた数理モデルとして生成される。性別や年齢幅によって異なる数理モデルが生成される場合には、性別や年齢情報によってグループ化された複数の数理モデルが生成されても構わない。フィッティングは、機械学習によりアルゴリズムを発展させても構わない。

40

【0078】

ステップS204において、API生成部151は、ステップS203で抽出された数理モデルを、アプリケーションソフトウェアで利用できる形の数理APIとして生成する。

【0079】

ステップS205において、API生成部151は、ステップS204で生成された数理APIを記憶部121に記憶する。その際、開発者は、数理APIに名称を付けて記憶することができる。例えば、「ランニング中血圧演算API」のような名称を付けて記憶することができる。また、生成した数理モデルや数理APIを、開発者以外の第三者が閲覧や使用することを許可/不許可とする属性情報を付加することもできる。

50

【 0 0 8 0 】

なお、数理 A P I は、事前に開発支援サーバ 1 0 1 の運営者や、開発者が開発者端末 2 0 3 から完成された数理モデルをベースに記憶部 1 2 1 にアップロードしていても構わない。

【 0 0 8 1 】

< アプリケーションソフトウェアの生成について >

次に、本開示の実施形態におけるアプリケーションソフトウェアの作成方法について、図 5 に示す開発者端末 2 0 3 上に表示される画像を参照しながら説明する。

【 0 0 8 2 】

図 5 は、開発者端末 2 0 3 に表示されるアプリ開発環境画面 3 0 1 である。開発支援サーバ 1 0 1 は、開発者端末 2 0 3 からのアプリ生成のリクエストによって、アプリ生成部 1 6 1 が、アプリ開発環境画面 3 0 1 をリクエストのあった開発者端末 2 0 3 に表示する。アプリ開発環境画面 3 0 1 は、開発者端末 2 0 3 のブラウザ上に表示される。すなわち、アプリ開発環境画面 3 0 1 は、アプリ生成部 1 6 1 がビジュアルプログラミング環境を提供する G U I (G r a p h i c a l U s e r I n t e r f a c e) 環境を表示する画面である。

10

【 0 0 8 3 】

アプリ開発環境画面 3 0 1 は、アプリ生成の基本操作を行うためのメニューバー 3 0 2 と、アプリに実装する構成要素のカテゴリをプルダウンメニューから選択するカテゴリ選択部 3 0 3 と、アプリに実装する構成要素が列挙された構成要素選択部 3 0 4 と、構成要素選択部のスクロール状態を制御するスクロールバー 3 0 5 と、構成要素を配置するワークスペース 3 0 6 とで構成される。

20

【 0 0 8 4 】

カテゴリ選択部 3 0 3 は、記憶部 1 2 1 に記憶されている測定装置からの入力インタフェースや、数理モデルや、アプリケーションソフトウェアの表示インタフェース等の複数のカテゴリから、プルダウンメニューで選択することができる。図 5 は、数理モデルが選択されている状態を示している。

【 0 0 8 5 】

構成要素選択部 3 0 4 は、カテゴリ選択部 3 0 3 で選択されたカテゴリに対応する記憶部 1 2 1 に記憶されている構成要素が列挙され表示される。図 5 は、数理モデルのカテゴリにおける各演算の数理モデルが表示されている。表示される構成要素が多い場合には、スクロールバー 3 0 5 で表示を切り替えながら選択されたカテゴリ内の全ての構成要素を表示することができる。

30

【 0 0 8 6 】

ワークスペース 3 0 6 は、アプリケーションソフトウェアの動作を、各構成要素を関連付けることで実装するビジュアルプログラミングを実現するための領域である。

【 0 0 8 7 】

開発者は、カテゴリ選択部 3 0 3 で、実装したい構成要素を含むカテゴリを選択し、構成要素選択部 3 0 4 に表示された構成要素をドラッグして、ワークスペース 3 0 6 でドロップすることで構成要素の配置を行う。具体的には、図 5 において、ランニング中血圧演算の数理モデルの構成要素をドラッグして、ワークスペース 3 0 6 に配置することで、ランニング中血圧演算の数理モデルに対応する数理 A P I をアプリケーションソフトウェアに実装することができる。なお、図 5 に示す血圧演算数理モデルは、心電波形データと脈波形データ入力し、最大血圧、最小血圧と心拍の情報を出力することができる。

40

【 0 0 8 8 】

また、図 5 における、転倒防止予測数理モデルは、各数理モデルから出力された血圧、心拍、体温、歩幅、重心の情報から、被測定者が転倒する可能性について予測判定を行うための数理モデルであり、開発者が数理モデルとして作成し、開発支援サーバ 1 0 1 の記憶部 1 2 1 へアップロードしたものである。

【 0 0 8 9 】

50

このように構成要素を配置していき、各構成要素の間を接続していくことで、ビジュアルプログラミングによりアプリケーションソフトウェアを完成させる。

【0090】

開発者は、メニューバー302から、完成したアプリケーションソフトウェアに名称を付けてセーブすることができる。セーブされたアプリケーションソフトウェアは、記憶部121に記憶される。

【0091】

図5の例において完成したアプリケーションソフトウェアは、被測定者のランニング中の血圧と体温と、歩幅、重心の情報によって、被測定者が転倒する可能性を予測する転倒防止予測数理モデルの演算結果によって、事前にアラートを表示するものである。

10

【0092】

<アプリケーションソフトウェアの使用について>

次に、本開示の実施形態におけるアプリケーションソフトウェアの使用方法について説明する。例として、図5において完成したアプリケーションソフトウェアを使用する際の手順を説明する。

【0093】

アプリケーションソフトウェアを使用したいと望むユーザは、携帯端末202bからネットワークNWを介して開発支援サーバ101へアクセスし、所望のアプリケーションソフトウェアを携帯端末202bへダウンロードする。

【0094】

20

ユーザは、測定装置201bを装着し、携帯端末202bを所持し、ダウンロードしたアプリケーションソフトウェアを実行する。ランニング中に測定装置201bで測定される心電波形データ、脈波系データ、温度波形データ、加速度波形データの測定データは、携帯端末202bへ送信される。送信された各測定データは、アプリケーションソフトウェアの各数理APIを用いて演算が行われる。実際の演算は、アプリケーションソフトウェアが携帯端末202bから開発支援サーバ101へ各測定データを逐次送信し、演算部131において、アプリケーションソフトウェアが指定する数理APIによって行われる。演算部131は、演算結果を携帯端末202bへ逐次送信する。携帯端末202bは、受信した演算結果に基づいて、転倒の可能性がある場合には携帯端末202bの表示部やスピーカー等アラートを行う。

30

【0095】

<効果の説明>

以上のように、本開示の実施形態に係る開発支援システム1は、測定データに基づく数理モデルを利用して、生体情報に関するアプリケーションソフトウェアの開発を容易に行うことができる。

【0096】

なお、各数理APIによる演算は、演算部131で行わず、アプリケーションソフトウェアの中に実装された数理APIによって携帯端末202bの中で演算処理を行っても構わない。ネットワーク環境が無い状態で、測定装置201bと携帯端末202bのみでスタンドアロン使用とすることが可能となる。

40

【0097】

なお、アプリケーションソフトウェアは、開発支援サーバ101とは異なるサーバのコンテンツ配信サービス上から、携帯端末202bへダウンロードを行っても構わない。

【0098】

(プログラム)

図6は、コンピュータ801の構成を示す概略ブロック図である。コンピュータ801は、CPU802、主記憶装置803、補助記憶装置804、インタフェース805を備える。

【0099】

ここで、実施形態に係る開発支援サーバ101を構成する各機能を実現するためのプロ

50

グラムの詳細について説明する。

【0100】

開発支援サーバ101は、コンピュータ801に実装される。そして、開発支援サーバ101の各構成要素の動作は、プログラムの形式で補助記憶装置804に記憶されている。CPU802は、プログラムを補助記憶装置804から読み出して主記憶装置803に展開し、当該プログラムに従って上記処理を実行する。また、CPU802は、プログラムに従って、上述した記憶部に対応する記憶領域を主記憶装置803に確保する。

【0101】

当該プログラムは、具体的には、コンピュータ801において、ネットワークを介して測定装置から測定データを受信する工程と、測定データを記憶する工程と、記憶された測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する工程と、記数理モデルを記憶する工程と、記憶された数理モデルを利用可能に提供する工程と、を実行させる支援プログラムである。

【0102】

なお、補助記憶装置804は、一時的でない有形の媒体の一例である。一時的でない有形の媒体の他の例としては、インタフェース805を介して接続される磁気ディスク、光磁気ディスク、CD-ROM、DVD-ROM、半導体メモリ等が挙げられる。また、このプログラムがネットワークを介してコンピュータ801に配信される場合、配信を受けたコンピュータ801が当該プログラムを主記憶装置803に展開し、上記処理を実行してもよい。

【0103】

また、当該プログラムは、前述した機能の一部を実現するためのものであってもよい。さらに、当該プログラムは、前述した機能を補助記憶装置804に既に記憶されている他のプログラムとの組み合わせで実現するもの、いわゆる差分ファイル(差分プログラム)であってよい。

【0104】

以上、本開示のいくつかの実施形態を説明したが、これら実施形態は、その他の様々な形態で実施されることが可能であり、発明の要旨を逸脱しない範囲で種々の省略、置き換え、変更を行うことができる。これら実施形態やその変形は、発明の範囲や要旨に含まれると同様に、特許請求の範囲に記載された発明とその均等の範囲に含まれるものとする。

【符号の説明】

【0105】

1 開発支援システム 101 開発支援サーバ、111 通信部、121 記憶部、131 演算部、141 解析部、151 API生成部、161 アプリ生成部、201, 201a, 201b 測定装置、202, 202a, 202b 携帯端末、203 開発者端末、301 アプリ開発環境画面、302 メニューバー、303 カテゴリ選択部、304 構成要素選択部、305 スクロールバー、306 ワークスペース、801 コンピュータ、802 CPU、803 主記憶装置、804 補助記憶装置、805 インタフェース

【要約】

【課題】

ソフトウェア開発者が、被測定者の測定データに基づく数理モデルを容易に利用可能とする開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラムを提供する。

【解決手段】

本開示の開発支援サーバ101は、ネットワークNWを介して測定装置201から測定データを受信する通信部111と、測定データを記憶する記憶部121と、記憶された測定データから生体情報データへ演算を行うための因果関係である数理モデルを生成する解析部141と、を備え、記憶部121は、数理モデルを記憶し、通信部111は、記憶さ

10

20

30

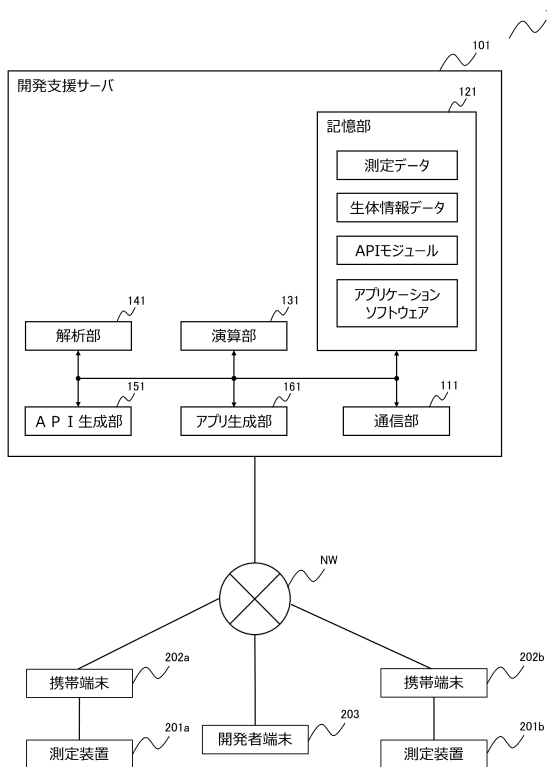
40

50

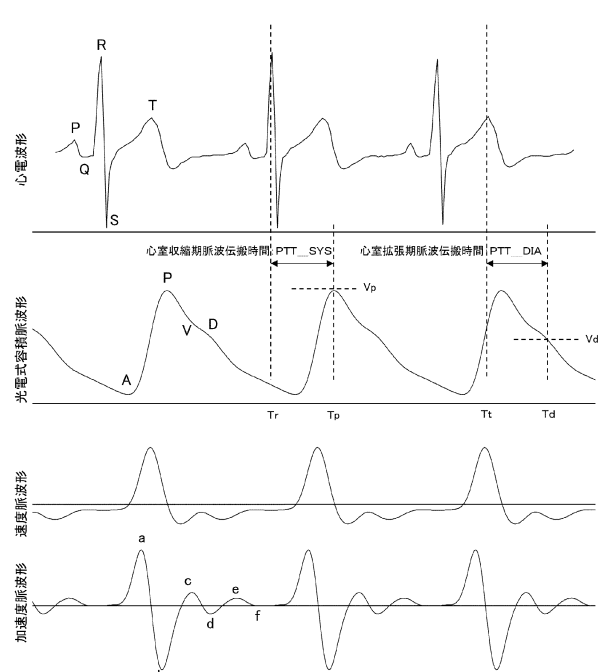
れた数理モデルを利用可能に提供する。

【選択図】図1

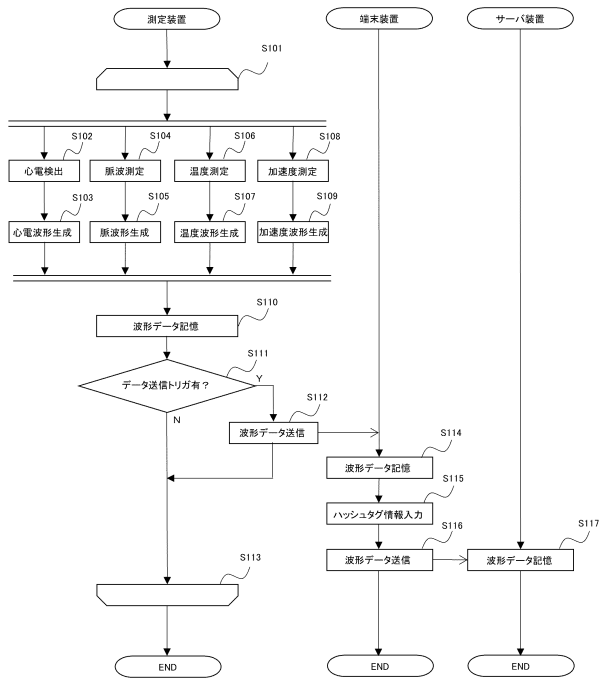
【図1】



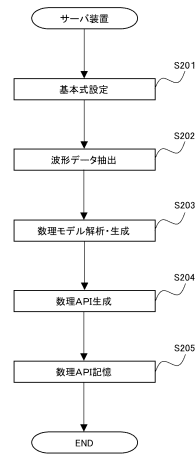
【図2】



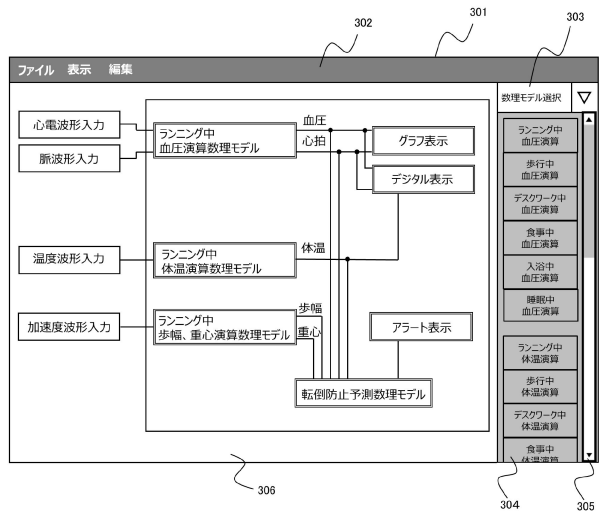
【図3】



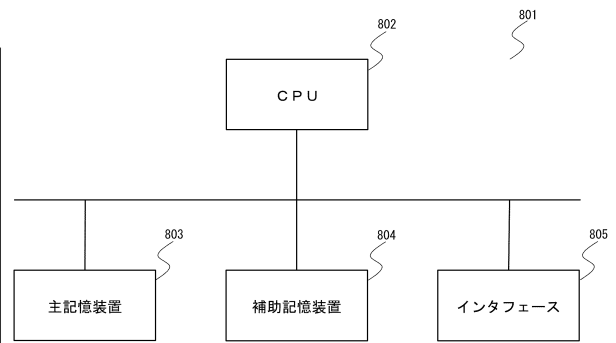
【図4】



【図5】



【図6】



フロントページの続き

- (56)参考文献 特開2014-219850(JP,A)
特開2001-245859(JP,A)
特開2001-327472(JP,A)
特開2009-273539(JP,A)

(58)調査した分野(Int.Cl., DB名)

A61B	5/00
A61B	5/02
A61B	5/14
A61B	5/11
G06Q	50/22

专利名称(译)	开发支持服务器，开发支持方法和开发支持程序		
公开(公告)号	JP6257015B1	公开(公告)日	2018-01-10
申请号	JP2017150012	申请日	2017-08-02
[标]发明人	清水 滉允		
发明人	清水 滉允		
IPC分类号	A61B5/00		
FI分类号	A61B5/00.ZJP.G A61B5/00.GZJ.P G06F8/20 G06F8/34 G06F8/35 G06F9/06.620.A G06F9/06.620.B		
F-TERM分类号	5B376/BC08 5B376/BC13 5B376/BC14 5B376/BC15 5B376/BC16 5B376/BC24 5B376/BC33 5B376/BC42 5B376/FA13 5B376/GA03		
代理人(译)	四郎康隆 贤治Kitabatake		
其他公开文献	JP2019028880A		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

[问题] 提供了一种开发支持服务器，一种开发支持方法以及一种开发支持程序，其使得软件开发人员能够容易地基于要测量的人的测量数据来使用数学模型。[解决方案] 本公开的开发支持服务器101包括：通信单元111，其经由网络NW从测量装置201接收测量数据；存储单元121，其存储测量数据；以及从所存储的测量数据到生物信息数据的操作。分析单元141用于生成作为执行的因果关系的数学模型，存储单元121存储该数学模型，并且通信单元111提供所存储的数学模型以供使用。要做。[选型图]图1

(19) 日本国特許庁 (JP)	(12) 特許公報 (B1)	(11) 特許番号 特許第6257015号 (P6257015)
(45) 発行日 平成30年1月10日 (2018.1.10)	(24) 登録日 平成29年12月15日 (2017.12.15)	
(51) Int. Cl. F I A 6 1 B 5/00 (2006.01) A 6 1 B 5/00 Z J P G		
請求項の数 14 (全 16 頁)		
(21) 出願番号 特願2017-150012 (P2017-150012)	(73) 特許権者 518377348 株式会社 Arblet 東京都渋谷区恵比寿西二丁目17番17号 201号室	
(22) 出願日 平成29年8月2日 (2017.8.2)	(74) 代理人 100167667 弁理士 安高 史朗	
審査請求日 平成29年8月9日 (2017.8.9)	(74) 代理人 100208395 弁理士 北島 健二	
早期審査対象出願	(72) 発明者 清水 滉允 東京都東村山市息多町2丁目34番地65 株式会社 Arblet 内	
	審査官 姫島 あや乃	
	最終頁に続く	
(54) 【発明の名称】 開発支援サーバ、開発支援方法及び開発支援プログラム		