

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) **公開特許公報(A)**

(11)特許出願公開番号

特開2012-228425

(P2012-228425A)

(43) 公開日 平成24年11月22日(2012.11.22)

(51) Int.Cl.

A 6 1 B 8/00 (2006.01)

F 1

A61B 8/00

テーマコード (参考)

4 C 6 0 1

審査請求 未請求 請求項の数 12 O L (全 12 頁)

(21) 出願番号 特願2011-99429 (P2011-99429)

(22) 出願日 平成23年4月27日 (2011. 4. 27)

(71) 出願人 306037311

富士フイルム株式会社

東京都港区西麻布2丁目26番30号

(74) 代理人 100080159

弁理士 渡辺 望稔

(74) 代理人 100090217

弁理士 三和 晴子

(74) 代理人 100152984

弁理士 伊東 秀明

(74) 代理人 100148080

弁理士 三橋 史生

(72) 発明者 村上 浩史

神奈川県足柄上郡開成町宮台798番地

富士フイルム株式会社内

Fターム(参考) 4C601 EE15 EE19 EE22 GA17 GB50

HH05 HH13 HH22

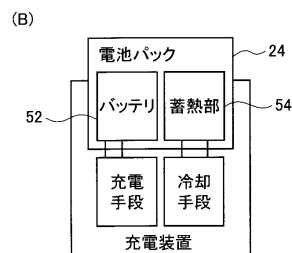
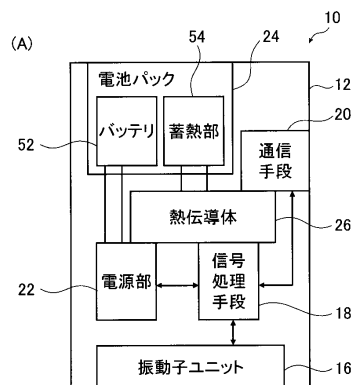
(54) 【発明の名称】 超音波診断装置

(57) 【要約】

【課題】超音波プローブの内部温度の上昇を抑制しながらも高画質の超音波画像を得ることができる超音波診断装置を提供する。

【解決手段】超音波プローブ内に配置され、振動子アレイから出力された受信信号を処理する信号処理手段と、超音波プローブに電力を供給するバッテリーと、バッテリーの電池残量を検出する電池残量検出手段と、信号処理手段を冷却する蓄熱手段と、蓄熱手段の蓄熱残容量を検出する蓄熱残容量検出手段とを有し、電池残量検出手段および蓄熱残容量検出手段の検出結果に応じて、超音波プローブの動作モードを変更することにより、前記課題を解決する。

【選択図】図1



【特許請求の範囲】

【請求項 1】

超音波プローブの振動子アレイから被検体に向けて超音波ビームを送信すると共に、被検体からの超音波エコーを受信した前記振動子アレイから出力された受信信号に基づいて超音波画像を生成する超音波診断装置において、

前記超音波プローブ内に配置され、前記振動子アレイから出力された受信信号を処理する信号処理手段と、

前記超音波プローブに配置され、前記超音波プローブに電力を供給するバッテリーと、

前記バッテリーの電池残量を検出する電池残量検出手段と、

前記超音波プローブに配置され、前記信号処理手段を冷却する蓄熱手段と、

前記蓄熱手段の蓄熱残容量を検出する蓄熱残容量検出手段とを有し、

前記電池残量検出手段および前記蓄熱残容量検出手段の検出結果に応じて、前記超音波プローブの動作モードを変更することを特徴とする超音波診断装置。

10

【請求項 2】

前記超音波プローブの動作モードとして、通常モードと、前記通常モードよりもエネルギーの消費が少ない省電力モードとが設定されており、

前記蓄熱部の蓄熱残容量が、所定の蓄熱残容量以下となった場合、あるいは、前記バッテリーの電池残量が、所定の電池残量以下となった場合に、前記超音波プローブの動作モードを、前記省電力モードに変更する請求項 1 に記載の超音波診断装置。

20

【請求項 3】

前記省電力モードでは、撮像の繰り返し間隔を大きくする請求項 2 に記載の超音波診断装置。

【請求項 4】

前記省電力モードでは、前記振動子アレイの送受信チャンネル数を少なくする請求項 2 または 3 に記載の超音波診断装置。

【請求項 5】

前記省電力モードでは、前記信号処理手段に供給する電流を小さくする請求項 2 ~ 4 のいずれかに記載の超音波診断装置。

【請求項 6】

前記蓄熱残容量検出手段が、前記蓄熱手段の温度を測定するものであり、前記蓄熱手段の温度が所定の温度を超えた場合に、前記超音波プローブの動作モードを前記省電力モードに切り替える請求項 2 ~ 5 のいずれかに記載の超音波診断装置。

30

【請求項 7】

前記バッテリーが、前記超音波プローブに着脱可能に設けられている請求項 1 ~ 6 のいずれかに記載の超音波診断装置。

【請求項 8】

前記蓄熱手段が、前記超音波プローブに着脱可能に設けられている請求項 1 ~ 7 のいずれかに記載の超音波診断装置。

【請求項 9】

前記バッテリーと前記蓄熱手段とが、一体的に、前記超音波プローブに着脱可能に設けられている請求項 1 ~ 8 のいずれかに記載の超音波診断装置。

40

【請求項 10】

前記蓄熱手段の蓄熱残容量と、前記超音波プローブの消費電力とから、前記蓄熱残容量が前記所定の蓄熱残容量に達するまでの残時間を算出し、かつ、前記バッテリーの電池残量と、前記超音波プローブの消費電力とから、前記電池残量が前記所定の電池残量に達するまでの残時間を算出して、短い方の残時間を表示手段に表示する請求項 2 ~ 9 のいずれかに記載の超音波診断装置。

【請求項 11】

前記蓄熱手段の材料の相変化温度が 40 ~ 50 である請求項 1 ~ 10 のいずれかに記載の超音波診断装置。

50

【請求項 12】

前記超音波プローブが、無線通信によって、診断装置本体との間で、前記受信信号の送受信を行なう請求項 1 ~ 11 のいずれかに記載の超音波診断装置。

【発明の詳細な説明】**【技術分野】****【0001】**

本発明は、超音波を送受信することにより生体内の臓器等の撮像を行って、診断のために用いられる超音波診断画像を生成する超音波診断装置に関する。

【背景技術】**【0002】**

従来から、医療分野において、超音波画像を利用した超音波診断装置が実用化されている。一般に、この種の超音波診断装置は、振動子アレイを内蔵した超音波プローブと、この超音波プローブに接続された装置本体とを有しており、超音波プローブから被検体に向けて超音波を送信し、被検体からの超音波エコーを超音波プローブで受信して、その受信信号を装置本体で電氣的に処理することにより超音波画像が生成される。

【0003】

このような超音波診断装置では、振動子アレイから超音波を送信することで、振動子アレイから発熱が生じる。

ところが、通常、操作者が片手で超音波プローブを把持して振動子アレイの超音波送受信面を被検体の表面に当接しつつ診断を行うので、超音波プローブは操作者が片手で容易に把持し得る程度の小さな筐体内に收容されることが多い。このため、振動子アレイからの発熱により超音波プローブの筐体内が温度上昇することがある。

【0004】

また、近年、超音波プローブに信号処理のための回路基板を内蔵し、振動子アレイから出力された受信信号をデジタル処理した上で無線通信あるいは有線通信により装置本体に伝送することにより、ノイズの影響を低減して高画質の超音波画像を得るようにした超音波診断装置が提案されている。

この種のデジタル処理を行う超音波プローブでは、受信信号の処理時においても回路基板からの発熱が生じ、回路基板の各回路の安定した動作を保証するために筐体内の温度上昇を抑制する必要がある。

また、デジタル処理を行なう超音波プローブでは、回路基板に電力を供給するために、バッテリーを内蔵する場合もある。バッテリーで電力を供給する場合には、回路基板からの発熱の抑制に加えて、超音波プローブの駆動時間延長のためにも、省電力化することが求められる。

【0005】

例えば、特許文献 1 には、バッテリーと、バッテリーの電力残量を測定するバッテリー電力残量測定部と、電力残量が閾値以下の場合、省力モードに変更・設定するモード設定部と、省力モードに従って超音波プローブ及び装置本体に対して供給される電力を制限する供給電力制御部とを有する超音波診断装置が記載されている。

また、基板回路の冷却の例として、特許文献 2 には、電池パックが、蓄熱材量で形成された冷却部を有し、電池パックを電子機器に装着することで、冷却部が電子機器の電子部品を冷却すると共に、電池パックを電子機器から取り外してバッテリーを充電する際に、冷却部を冷却することが記載されている。

【先行技術文献】**【特許文献】****【0006】**

【特許文献 1】特開 2010 - 167083 号公報

【特許文献 2】特開 2006 - 092894 号公報

【発明の概要】**【発明が解決しようとする課題】**

10

20

30

40

50

【 0 0 0 7 】

しかしながら、特許文献 1 のように、バッテリーの電力残量が閾値以下となった場合に、省力モードに変更するのみでは、省力モード以外のモードで動作する際には、発熱を低減することはできず、超音波プローブの温度が上昇する。

また、特許文献 2 のように、電池パックが、蓄熱材量で形成された冷却部を有し、この冷却部が、装置の電子部品を冷却する場合には、バッテリーの電力が尽きるタイミングと、冷却部の蓄熱残容量が尽きるタイミングが異なるおそれがある。そのため、例えば、冷却部の蓄熱残容量が尽きて、バッテリーの電力が十分に残っている場合には、装置の電子部品を冷却することができないため、発熱を低減することができず、超音波プローブの温度が上昇してしまう。逆に、冷却部の蓄熱残容量が十分に残っていても、バッテリーの電力が尽きた場合には、超音波プローブを動作させることができなくなってしまう。

10

【 0 0 0 8 】

本発明の目的は、前記従来技術の問題点を解決することにより、超音波プローブの内部温度の上昇を抑制しながらも高画質の超音波画像を得ることができる超音波診断装置を提供することを目的とする。

【課題を解決するための手段】

【 0 0 0 9 】

前記目的を達成するために、本発明は、超音波プローブの振動子アレイから被検体に向けて超音波ビームを送信すると共に、被検体からの超音波エコーを受信した前記振動子アレイから出力された受信信号に基づいて超音波画像を生成する超音波診断装置において、前記超音波プローブ内に配置され、前記振動子アレイから出力された受信信号を処理する信号処理手段と、前記超音波プローブに配置され、前記超音波プローブに電力を供給するバッテリーと、前記バッテリーの電池残量を検出する電池残量検出手段と、前記超音波プローブに配置され、前記信号処理手段を冷却する蓄熱手段と、前記蓄熱手段の蓄熱残容量を検出する蓄熱残容量検出手段とを有し、前記電池残量検出手段および前記蓄熱残容量検出手段の検出結果に応じて、前記超音波プローブの動作モードを変更することを特徴とする超音波診断装置を提供する。

20

【 0 0 1 0 】

さらに、前記超音波プローブの動作モードとして、通常モードと、前記通常モードよりもエネルギーの消費が少ない省電力モードとが設定されており、前記蓄熱部の蓄熱残容量が、所定の蓄熱残容量以下となった場合、あるいは、前記バッテリーの電池残量が、所定の電池残量以下となった場合に、前記超音波プローブの動作モードを、前記省電力モードに変更することが好ましい。

30

また、前記省電力モードでは、撮像の繰り返し間隔を大きくすることが好ましい。

また、前記省電力モードでは、前記振動子アレイの送受信チャンネル数を少なくすることが好ましい。

また、前記省電力モードでは、前記信号処理手段に供給する電流を小さくすることが好ましい。

【 0 0 1 1 】

また、前記蓄熱残容量検出手段が、前記蓄熱手段の温度を測定するものであり、前記蓄熱手段の温度が所定の温度を超えた場合に、前記超音波プローブの動作モードを前記省電力モードに切り替えることが好ましい。

40

また、前記バッテリーが、前記超音波プローブに着脱可能に設けられていることが好ましい。

また、前記蓄熱手段が、前記超音波プローブに着脱可能に設けられていることが好ましい。

あるいは、前記バッテリーと前記蓄熱手段とが、一体的に、前記超音波プローブに着脱可能に設けられていることが好ましい。

【 0 0 1 2 】

また、前記蓄熱手段の蓄熱残容量と、前記超音波プローブの消費電力とから、前記蓄熱

50

残容量が前記所定の蓄熱残容量に達するまでの残時間を算出し、かつ、前記バッテリーの電池残量と、前記超音波プローブの消費電力とから、前記電池残量が前記所定の電池残量に達するまでの残時間を算出して、短い方の残時間を表示手段に表示することが好ましい。

また、前記蓄熱手段の材料の相変化温度が40～50であることが好ましい。

また、前記超音波プローブが、無線通信によって、診断装置本体との間で、前記受信信号の送受信を行なうことが好ましい。

【発明の効果】

【0013】

上記構成を有する本発明の超音波画像生成方法によれば、振動子アレイから出力された受信信号を処理する信号処理手段と、超音波プローブに電力を供給するバッテリーと、バッテリーの電池残量を検出する電池残量検出手段と、信号処理手段を冷却する蓄熱手段と、蓄熱手段の蓄熱残容量を検出する蓄熱残容量検出手段とを有し、電池残量検出手段および蓄熱残容量検出手段の検出結果に応じて、超音波プローブの動作モードを変更するので、超音波プローブ内の発熱を抑制することができ、高画質の超音波画像を得ることが可能となる。

10

【図面の簡単な説明】

【0014】

【図1】(A)は、本発明の超音波診断装置の超音波プローブの一例を概念的に示すブロック図であり、(B)は、(A)の電池パックと充電装置とを概念的に示すブロック図である。

20

【図2】図1に示す超音波プローブの構成を表すブロック図である。

【図3】本発明の超音波診断装置の診断装置本体の構成を表すブロック図である。

【図4】(A)は、温度と消費蓄熱量との関係を概念的に示す図であり、(B)は、電圧と消費電力量との関係を概念的に示す図である。

【発明を実施するための形態】

【0015】

以下、本発明の超音波診断装置について、添付の図面に示される好適実施例を基に、詳細に説明する。

【0016】

図1(A)は、本発明の超音波診断装置の超音波プローブの一例を概念的に表すブロック図であり、図2は、本発明の超音波診断装置の超音波プローブの構成を概念的に示すブロック図であり、図3は、本発明の超音波診断装置の診断装置本体の構成を概念的に示すブロック図である。

30

図1(A)、図2および図3に示す超音波診断装置10は、超音波プローブ12と、診断装置本体14とを有する。超音波プローブ12と診断装置本体14とは、超音波プローブ12の通信手段20と、診断装置本体14の無線通信部60との無線通信によって接続される。

【0017】

図1(A)および図2に示すように、超音波プローブ12は、超音波の送受信を行なう振動子ユニット16と、振動子ユニット16が受信した超音波の受信信号を処理する信号処理手段18と、診断装置本体14との間で無線通信を行なうことにより、信号処理手段18が処理した受信信号を診断装置本体14に送信すると共に、診断装置本体14からの各種の制御信号を受信する通信手段20と、超音波プローブ12の各部に電力を供給する電源部22と、バッテリー52を備える電池パック24とを有する。電池パック24は、超音波プローブ12の各部を冷却するための蓄熱部54を有しており、超音波プローブ12は、蓄熱部54と超音波プローブ12の各部を熱的に接続する熱伝導体26を有する。

40

また、電池パック24は、超音波プローブ12と着脱可能に設けられており、図1(B)に示すように、電池パック24を超音波プローブ12から取り外して、充電手段と冷却手段とを有する充電装置に装着することによって、バッテリー52に充電すると共に、蓄熱部54を冷却することができる。

50

【 0 0 1 8 】

振動子ユニット 1 6 は、超音波の送信および受信を行なうためのものであり、1 次元又は 2 次元のトランスデューサアレイを構成する複数のトランスデューサ 3 0 と、送信駆動部 3 2 と、送信制御部 3 4 とを有している。

【 0 0 1 9 】

複数のトランスデューサ 3 0 は、それぞれ送信駆動部 3 2 から供給される駆動信号に従って超音波を送信すると共に被検体からの超音波エコーを受信して受信信号を出力する。各トランスデューサ 3 0 は、例えば、P Z T (チタン酸ジルコン酸鉛) に代表される圧電セラミックや、P V D F (ポリフッ化ビニリデン) に代表される高分子圧電素子、P M N - P T (マグネシウムニオブ酸・チタン酸鉛固溶体) に代表される圧電単結晶等からなる圧電体の両端に電極を形成した振動子によって構成される。

10

このような振動子の電極に、パルス状又は連続波の電圧を印加すると、圧電体が伸縮し、それぞれの振動子からパルス状又は連続波の超音波が発生して、それらの超音波の合成により超音波ビームが形成される。また、それぞれの振動子は、伝搬する超音波を受信することにより伸縮して電気信号を発生し、それらの電気信号は、超音波の受信信号として出力される。

【 0 0 2 0 】

送信駆動部 3 2 は、例えば、複数の送信回路として複数のパルサを含んでおり、送信制御部 3 4 によって選択された送信遅延パターンに基づいて、複数のトランスデューサ 3 0 から送信される超音波が被検体内の組織のエリアをカバーする幅広の超音波ビームを形成するように複数の駆動信号の遅延量を調節して複数のトランスデューサ 3 0 に供給する。

20

なお、複数のトランスデューサ 1 6 から送信される超音波ビームの形状を幅広の形状とする方式に限定はされず、ビームを絞った通常的方式としてもよい。

【 0 0 2 1 】

信号処理手段 1 8 は、複数チャンネルの受信信号処理部 3 6 と、受信制御部 3 8 と、パラレル/シリアル変換部 4 0 と、プローブ制御部 4 2 と、モード選択部 5 8 とを有している。

【 0 0 2 2 】

受信制御部 3 8 は、複数チャンネルの受信信号処理部 3 6 の動作を制御する。各チャンネルの受信信号処理部 3 6 は、対応するトランスデューサ 3 0 から出力される受信信号に対して直交検波処理又は直交サンプリング処理を施すことにより複素ベースバンド信号を生成し、複素ベースバンド信号をサンプリングすることにより、組織のエリアの情報を含む生データ(サンプルデータ)を生成して、生データをパラレル/シリアル変換部 4 0 に供給する。さらに、受信信号処理部 3 6 は、複素ベースバンド信号をサンプリングして得られるデータに高能率符号化のためのデータ圧縮処理を施すことにより生データを生成しても良い。データ圧縮処理としては、ランレングス圧縮やハフマン符号化等を用いることができる。

30

【 0 0 2 3 】

パラレル/シリアル変換部 4 0 は、複数チャンネルの受信信号処理部 3 6 によって生成されたパラレルのサンプルデータを、シリアルのサンプルデータに変換する。

40

【 0 0 2 4 】

モード選択部 5 8 は、後述する電圧計 5 3 によるバッテリー 5 2 の電圧測定結果、および、温度センサ 5 6 による蓄熱部 5 4 の温度測定結果に応じて、すなわち、バッテリー 5 2 の電池残量および蓄熱部 5 4 の蓄熱残容量に応じて、超音波プローブ 1 2 の動作モードを変更する。

【 0 0 2 5 】

超音波プローブ 1 2 の動作モードとしては、通常の撮像条件で超音波画像の撮像を行なう通常モードに加えて、通常モードよりも消費電力が低い撮像条件で超音波画像の撮像を行なう省電力モードとが設定されている。

モード選択部 5 8 は、電圧計 5 3 から供給された電圧の測定結果が、所定の電圧閾値以

50

下の場合、あるいは、温度センサ 5 6 から供給された温度の測定結果が、所定の温度閾値以上の場合に、超音波プローブ 1 2 の動作モードを省電力モードに変更する。すなわち、バッテリー 5 2 の電池残量が所定の閾値以下、あるいは、蓄熱部 5 4 の蓄熱残容量が所定の閾値以下の場合に、超音波プローブ 1 2 の動作モードを省電力モードに変更する。

【 0 0 2 6 】

本実施例においては、省電力モードは、通常モードよりも、撮像の繰り返し間隔を大きく、すなわち、フレームレートを小さくして、超音波画像の撮像を行なうモードである。例えば、通常モードのフレームレートが 3 0 f p s に設定され、省電力モードのフレームレートが 5 f p s に設定される。従って、省電力モードにおいては、振動子ユニット 1 6 の超音波の送受信の頻度が少なくなり、また、信号処理手段 1 8 が行なう信号処理の頻度も少なくなる。

なお、モード選択部 5 8 が、超音波プローブ 1 2 の動作モードを変更した際には、動作モードを変更した旨の通知を行なうことが好ましい。例えば、動作モード変更の信号を診断装置本体 1 4 に供給し、診断装置本体 1 4 の表示部 7 0 に、動作モードを変更した旨の表示を行なうようにしてもよい。

【 0 0 2 7 】

このように、本発明においては、バッテリー 5 2 と、超音波プローブ 1 2 内の各部を冷却する蓄熱部 5 4 を有し、バッテリー 5 2 の電池残量が所定の閾値以下、あるいは、蓄熱部 5 4 の蓄熱残容量が所定の閾値以下の場合に、超音波プローブ 1 2 の動作モードを省電力モードに変更するので、通常モードで動作する際にも、超音波プローブ 1 2 内の発熱を低減して、超音波プローブ 1 2 の温度が上昇することを防止できる。また、蓄熱部 5 4 の蓄熱残容量が所定の閾値以下となり、バッテリー 5 2 の電力が十分に残っている場合には、発熱の少ない省電力モードで動作するので、超音波プローブ 1 2 の温度上昇を抑制することができ、また、バッテリーの電池残量が所定の閾値以下となった場合にも、省電力モードで動作するので、超音波プローブ 1 2 の駆動時間を長くすることができる。

モード選択部 5 8 は、モード変更の指示をプローブ制御部 4 2 に供給する。

【 0 0 2 8 】

プローブ制御部 4 2 は、診断装置本体 1 4 から伝送される各種の制御信号、および、モード選択部 5 8 からのモード変更の指示信号に基づいて、超音波プローブ 1 2 の各部の制御を行う。

【 0 0 2 9 】

通信手段 2 0 は、無線通信部 4 4 と、通信制御部 4 6 とを有している。

無線通信部 4 4 は、シリアルサンプルデータに基づいてキャリアを変調して伝送信号を生成し、伝送信号をアンテナに供給してアンテナから電波を送信することにより、シリアルサンプルデータを送信する。変調方式としては、例えば、A S K (Amplitude Shift Keying)、P S K (Phase Shift Keying)、Q P S K (Quadrature Phase Shift Keying)、1 6 Q A M (16 Quadrature Amplitude Modulation) 等が用いられる。

無線通信部 4 4 は、診断装置本体 1 4 との間で無線通信を行うことにより、サンプルデータを診断装置本体 1 4 に送信すると共に、診断装置本体 1 4 から各種の制御信号を受信して、受信された制御信号を通信制御部 4 6 に出力する。

通信制御部 4 6 は、プローブ制御部 4 2 によって設定された送信電波強度でサンプルデータの送信が行われるように無線通信部 4 4 を制御すると共に、無線通信部 4 4 が受信した各種の制御信号をプローブ制御部 4 2 に出力する。

【 0 0 3 0 】

電源部 2 2 は、電力制御部 4 8 と、電力供給部 5 0 とを有している。

電力供給部 5 0 は、電力制御部 4 8 の制御に応じて、バッテリー 5 2 に充電された電力を、送信駆動部 3 2 や受信信号処理部 3 6 等の超音波プローブ 1 2 の各部に供給する。

電力制御部 4 0 は、プローブ制御部 2 8 からの指示に応じて、超音波プローブ 1 2 の各部に所望の電力を供給するように電力供給部 4 2 を制御する。

【 0 0 3 1 】

10

20

30

40

50

電池パック 2 4 は、バッテリー 5 2 と、電圧計 5 3 と、蓄熱部 5 4 と、温度センサ 5 6 とを有している。

バッテリー 5 2 は、電源部 2 2 を介して、超音波プローブ 1 2 の各部に電力を供給する。

電圧計 5 3 は、バッテリー 5 2 の電圧を測定する。

図 4 (B) は、バッテリー 5 2 の電圧と消費電力量との関係を概念的に表す図である。

図 4 (B) に示すように、バッテリー 5 2 の電圧を測定することで、バッテリー 5 2 の電池残量を求めることができる。

電圧計 5 3 は、測定結果をモード選択部 5 8 に供給する。

【 0 0 3 2 】

蓄熱部 5 4 は、熱伝導体 2 6 を介して、信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 のそれぞれの回路に、熱的に接続されて、信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 の各回路を冷却する。

蓄熱部 5 4 の材料としては、特に限定はなく、信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 を好適に冷却できればよい。信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 の回路に用いられる半導体デバイスの熱的制限から、融点が 4 0 ~ 5 0 程度の材料を蓄熱部 5 4 として用いることが好ましい。例えば、ウッドメタル等の低融点合金や、パラフィン等を用いることができる。

【 0 0 3 3 】

図 4 (A) は、蓄熱部 5 4 の温度と消費蓄熱量との関係を概念的に表す図である。

図 4 (A) に示すように、蓄熱部 5 4 の温度を測定することで、蓄熱部 5 4 の蓄熱残量を求めることができる。

なお、蓄熱部 5 4 の材料の融点で一定となる領域においては、超音波プローブ 1 2 の消費電力から発熱量を算出して積算し、蓄熱部 5 4 の蓄熱残容量を算出するようにしてもよい。

温度センサ 5 6 は、蓄熱部 5 4 の温度を測定し、測定結果をモード選択部 5 8 に供給する。

【 0 0 3 4 】

熱伝導体 2 6 は、蓄熱部 5 4 と、信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 とを熱的に接続する。

熱伝導体 2 6 としては、蓄熱部 5 4 と、信号処理手段 1 8、通信手段 2 0 および電源部 2 2 との間で好適に伝熱できれば、特に限定はなく、例えば、ヒートパイプや伝熱シート等を用いればよい。

【 0 0 3 5 】

以上において、送信制御部 3 4、受信制御部 3 8、パラレル / シリアル変換部 4 0、通信制御部 4 6、プローブ制御部 4 2、モード選択部 5 8、及び、電力制御部 4 8 等は、CPU と、CPU に各種の処理を行わせるための動作プログラムから構成されるが、それらをデジタル回路で構成してもよい。

【 0 0 3 6 】

一方、診断装置本体 1 4 は、無線通信部 6 0 を有し、この無線通信部 6 0 にシリアル / パラレル変換部 6 2 を介してデータ格納部 6 4 が接続され、データ格納部 6 4 に画像生成部 6 6 が接続されている。さらに、画像生成部 6 6 に表示制御部 6 8 を介して表示部 7 0 が接続されている。

また、無線通信部 6 0 に通信制御部 7 2 が接続され、シリアル / パラレル変換部 6 2、画像生成部 6 6、表示制御部 6 8 および通信制御部 7 2 に本体制御部 7 4 が接続されている。さらに、本体制御部 7 4 には、オペレータが入力操作を行うための操作部 7 6 が接続されている。

【 0 0 3 7 】

操作部 7 6 は、撮影メニュー、撮影条件などを設定し、被検体の撮像を指示する入力操作を行なうためのものである。操作部 7 6 は、操作者が入力操作を行なうための、キーボード、マウス、トラックボール、タッチパネル等から形成することができる。

10

20

30

40

50

【 0 0 3 8 】

無線通信部 6 0 は、超音波プローブ 1 2 との間で無線通信を行うことにより、各種の制御信号を超音波プローブ 1 2 に送信する。また、無線通信部 6 0 は、アンテナによって受信される信号を復調することにより、シリアルサンプルデータを出力する。

通信制御部 7 2 は、本体制御部 7 4 によって設定された送信電波強度で各種の制御信号の送信が行われるように無線通信部 6 0 を制御する。

シリアル / パラレル変換部 6 2 は、無線通信部 6 0 から出力されるシリアルサンプルデータを、パラレルのサンプルデータに変換する。データ格納部 6 4 は、メモリまたはハードディスク等によって構成され、シリアル / パラレル変換部 6 2 によって変換された少なくとも 1 フレーム分のサンプルデータを格納する。

10

【 0 0 3 9 】

画像生成部 6 6 は、データ格納部 6 4 から読み出される 1 フレーム毎のサンプルデータに受信フォーカス処理を施して、超音波診断画像を表す画像信号を生成する。画像生成部 6 6 は、整相加算部 7 8 と画像処理部 8 0 とを含んでいる。

整相加算部 7 8 は、本体制御部 7 4 において設定された受信方向に応じて、予め記憶されている複数の受信遅延パターンの中から 1 つの受信遅延パターンを選択し、選択された受信遅延パターンに基づいて、サンプルデータによって表される複数の複素ベースバンド信号にそれぞれの遅延を与えて加算することにより、受信フォーカス処理を行う。この受信フォーカス処理により、超音波エコーの焦点が絞り込まれたベースバンド信号（音線信号）が生成される。

20

【 0 0 4 0 】

画像処理部 8 0 は、整相加算部 7 8 によって生成される音線信号に基づいて、被検体内の組織に関する断層画像情報である B モード画像信号を生成する。画像処理部 8 0 は、S T C (sensitivity time control) 部と、D S C (digital scan converter : デジタル・スキャン・コンバータ) とを含んでいる。S T C 部は、音線信号に対して、超音波の反射位置の深度に応じて、距離による減衰の補正を施す。D S C は、S T C 部によって補正された音線信号を通常のテレビジョン信号の走査方式に従う画像信号に変換（ラスタ変換）し、階調処理等の必要な画像処理を施すことにより、B モード画像信号を生成する。

【 0 0 4 1 】

表示制御部 6 8 は、画像生成部 6 6 によって生成される画像信号に基づいて、表示部 7 0 に超音波診断画像を表示させる。表示部 7 0 は、例えば、L C D 等のディスプレイ装置を含んでおり、表示制御部 6 8 の制御の下で、超音波診断画像を表示する。

30

【 0 0 4 2 】

本体制御部 7 4 は、操作部 7 6 を用いたオペレータの操作に従って、超音波診断装置 1 0 の各部を制御する。

このような診断装置本体 1 4 において、シリアル / パラレル変換部 6 2 、画像生成部 6 6 、表示制御部 6 8 、通信制御部 7 2 および本体制御部 7 4 は、C P U と、C P U に各種の処理を行わせるための動作プログラムから構成されるが、それらをデジタル回路で構成してもよい。

【 0 0 4 3 】

次に、超音波診断装置 1 0 の動作について説明する。

操作者が、超音波プローブ 1 2 を被検体の表面に当接し、撮像を開始すると、本体制御部 7 4 からの制御信号に基づいて、送信制御部 3 4 が送信駆動部 3 2 を制御する。送信駆動部 3 2 が、制御信号に基づいてトランスデューサ 3 0 を駆動し、各トランスデューサ 3 0 から超音波ビームが送信され、被検体内からの超音波エコーを、各トランスデューサ 3 0 が受信し、受信信号を出力する。

【 0 0 4 4 】

被検体からの超音波エコーを受信した各トランスデューサ 3 0 から出力された受信信号がそれぞれ対応する受信信号処理部 3 6 に供給される。受信信号処理部 3 6 に供給された受信信号はサンプルデータに順次変換され、パラレル / シリアル変換部 4 0 でシリアル化

50

された後に無線通信部 44 から診断装置本体 14 へ無線伝送される。診断装置本体 14 の無線通信部 60 で受信されたサンプルデータは、シリアル/パラレル変換部 62 でパラレルのデータに変換され、データ格納部 64 に格納される。さらに、データ格納部 64 から 1 フレーム毎のサンプルデータが読み出され、画像生成部 66 で画像信号が生成され、この画像信号に基づいて表示制御部 68 により超音波診断画像が表示部 70 に表示される。

【0045】

ここで、本発明においては、バッテリー 52 と、超音波プローブ 12 内の各部を冷却する蓄熱部 54 を有し、バッテリー 52 の電圧を測定し、かつ、蓄熱部 54 の温度を測定して、バッテリー 52 の電池残量が所定の閾値以下、あるいは、蓄熱部 54 の蓄熱残容量が所定の閾値以下の場合に、超音波プローブ 12 の動作モードを省電力モードに変更する。

10

従って、通常モードで動作する際には、超音波プローブ 12 内の発熱を低減して、超音波プローブ 12 の温度が上昇することを防止できる。また、蓄熱部 54 の蓄熱残容量が所定の閾値以下となり、バッテリー 52 の電力が十分に残っている場合には、発熱の少ない省電力モードで動作するので、超音波プローブ 12 の温度上昇を抑制することができ、また、バッテリーの電池残量が所定の閾値以下となった場合にも、省電力モードで動作するので、超音波プローブ 12 の駆動時間を長くすることができる。

【0046】

本発明は、基本的に以上のようなものである。

以上、本発明について詳細に説明したが、本発明は上記実施形態に限定されず、本発明の主旨を逸脱しない範囲において、種々の改良や変更をしてもよいのはもちろんである。

20

【0047】

例えば、図示例の超音波診断装置においては、省電力モードは、フレームレートを小さくするものとしたが、これに限定はされず、超音波プローブ 12 の消費電力が、通常モードよりも低くなればよい。例えば、超音波の送受信時のチャンネル数（振動子ユニットの開口サイズ）を少なくする設定としてもよい。あるいは、受信信号処理部が、トランスデューサからの受信信号を増幅する低雑音増幅器を有する構成において、低雑音増幅器に供給するバイアス電流を小さくする設定としてもよい。また、これらを組み合わせた設定としてもよい。

【0048】

また、電圧計 53 が測定したバッテリー 52 の電圧から、電池残量を求め、求めた電池残量と、超音波プローブ 12 の消費電力とから、電池残量が所定の閾値に達するまでの稼働時間を算出し、診断装置本体の表示部に表示する構成としてもよい。

30

あるいは、温度センサ 56 が測定した蓄熱部 54 の温度から、蓄熱残容量を求め、求めた蓄熱残容量と、超音波プローブ 12 の消費電力とから、蓄熱残容量が所定の閾値に達するまでの稼働時間を算出し、診断装置本体の表示部に表示する構成としてもよい。

また、電池残量から求めた稼働時間と、蓄熱残容量から求めた稼働時間とをそれぞれ表示するようにしてもよく、あるいは、稼働時間が短い方を表示するようにしてもよい。

稼働時間を表示することにより、より効率的に超音波プローブ 12 を使用することができる。

【0049】

40

また、図示例においては、バッテリー 52 と蓄熱部 54 とは、電池パック 24 として、一体で、超音波プローブ 12 と着脱可能に設けられる構成としたが、本発明はこれに限定はされず、バッテリー 52 と蓄熱部 54 とが、別々に超音波プローブ 12 と着脱可能に設けられる構成としてもよく、あるいは、超音波プローブ 12 に一体的に設けられていてもよい。

バッテリー 52 と蓄熱部 54 と一体とすることにより、管理が容易となる。一方、バッテリー 52 と蓄熱部 54 とを別々とすることにより、より効率的にバッテリー 52 および蓄熱部 54 を交換/充電（蓄熱）することができる。

【0050】

また、図示例においては、バッテリー 52 の電圧を測定して、電池残量を求める構成とし

50

たが、これに限定はされず、種々の公知の電池残量の測定方法が利用できる。

同様に、図示例においては、蓄熱部 5 4 の温度を測定して、蓄熱残容量を求める構成としたが、これに限定はされず、種々の公知の蓄熱残容量の測定方法が利用できる。

【 0 0 5 1 】

また、図示例においては、モード選択部 5 8 が超音波プローブ 1 2 に配置される構成としたが、これに限定はされず、モード選択部 5 8 が診断装置本体 1 4 に配置される構成としてもよい。

また、省電力モードで動作中であっても、操作者からの入力指示に応じて、通常モードで動作する構成としてもよい。

【 0 0 5 2 】

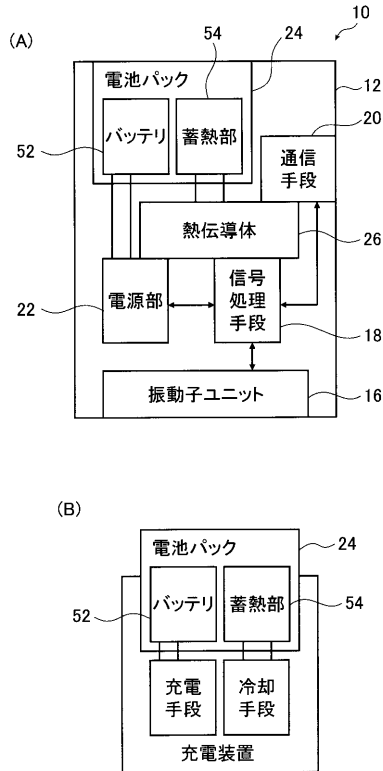
また、図示例においては、超音波プローブ 1 2 と診断装置本体 1 4 とは、無線通信によって信号の送受信を行なう構成としたが、これに限定はされず、有線の通信手段によって、信号の送受信を行なう構成としても良い。

【 符号の説明 】

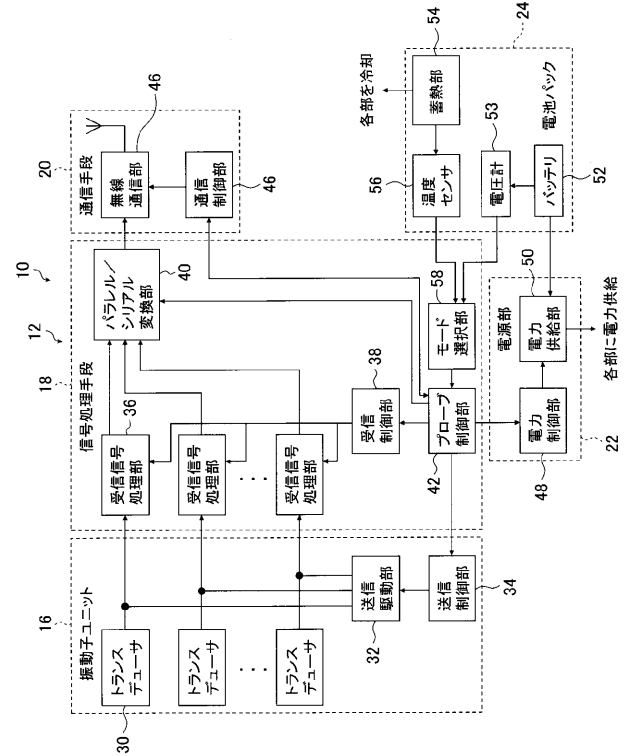
【 0 0 5 3 】

1 0	超音波診断装置	
1 2	超音波プローブ	
1 4	診断装置本体	
1 6	振動子ユニット	
1 8	信号処理手段	20
2 0	通信手段	
2 2	電源部	
2 4	電池パック	
2 6	熱伝導体	
3 0	トランスデューサ	
3 2	送信駆動部	
3 4	送信制御部	
3 6	受信信号処理部	
3 8	受信制御部	
4 0	パラレル / シリアル変換部	30
4 2	プローブ制御部	
4 4 、 6 0	無線通信部	
4 6 、 7 2	通信制御部	
4 8	電力制御部	
5 0	電力供給部	
5 2	バッテリー	
5 3	電圧計	
5 4	蓄熱部	
5 6	温度センサ	
5 8	モード選択部	40
6 2	シリアル / パラレル変換部	
6 4	データ格納部	
6 6	画像生成部	
6 8	表示制御部	
7 0	表示部	
7 4	本体制御部	
7 6	操作部	
7 8	整相加算部	
8 0	画像処理部	

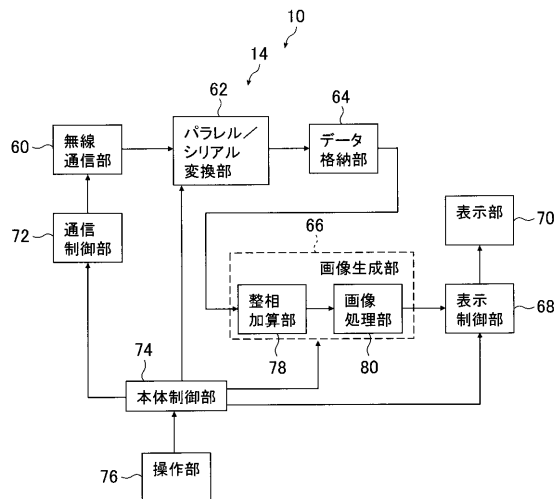
【図 1】



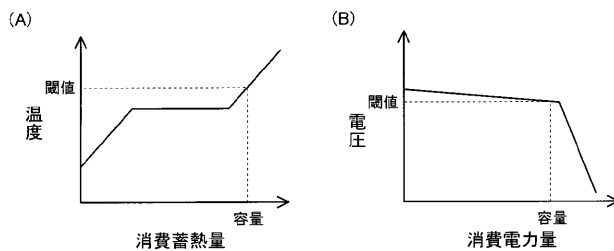
【図 2】



【図 3】



【図 4】



专利名称(译)	超声诊断设备		
公开(公告)号	JP2012228425A	公开(公告)日	2012-11-22
申请号	JP2011099429	申请日	2011-04-27
[标]申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
申请(专利权)人(译)	富士胶片株式会社		
[标]发明人	村上浩史		
发明人	村上 浩史		
IPC分类号	A61B8/00		
FI分类号	A61B8/00		
F-TERM分类号	4C601/EE15 4C601/EE19 4C601/EE22 4C601/GA17 4C601/GB50 4C601/HH05 4C601/HH13 4C601/HH22		
代理人(译)	伊藤英明		
外部链接	Espacenet		

摘要(译)

要解决的问题：提供一种超声诊断设备，其能够在抑制超声探头中的温度升高的同时获得高质量的超声图像。解决方案：超声诊断设备包括：信号处理装置，设置在超声探头中并处理从振荡器阵列输出的接收信号；电池向超声波探头供电；电池电量检测装置检测电池电量；蓄热装置冷却信号处理装置；和蓄热剩余容量检测装置，用于检测蓄热装置的蓄热剩余容量，其中，该装置根据电池电量检测装置和蓄热剩余容量检测装置的检测结果改变超声波探头的操作模式。。

