

(19) 日本国特許庁(JP)

(12) 特許公報(B2)

(11) 特許番号

特許第5414312号
(P5414312)

(45) 発行日 平成26年2月12日(2014.2.12)

(24) 登録日 平成25年11月22日(2013.11.22)

(51) Int.Cl.		F I		
H05H	7/04	(2006.01)	H05H	7/04 ZAA
H05H	13/00	(2006.01)	H05H	13/00
H01F	6/06	(2006.01)	H01F	5/08 C
A61N	5/10	(2006.01)	H01F	5/08 B
			A61N	5/10 H

請求項の数 4 (全 10 頁)

(21) 出願番号	特願2009-55551 (P2009-55551)	(73) 特許権者	899000068 学校法人早稲田大学
(22) 出願日	平成21年3月9日(2009.3.9)		東京都新宿区戸塚町1丁目104番地
(65) 公開番号	特開2010-212029 (P2010-212029A)	(73) 特許権者	301032942 独立行政法人放射線医学総合研究所
(43) 公開日	平成22年9月24日(2010.9.24)		千葉県千葉市稲毛区穴川四丁目9番1号
審査請求日	平成24年3月1日(2012.3.1)	(73) 特許権者	000213297 中部電力株式会社
			愛知県名古屋市東区東新町1番地
		(74) 代理人	100078721 弁理士 石田 喜樹
		(74) 代理人	100124420 弁理士 園田 清隆

最終頁に続く

(54) 【発明の名称】 コイルシステム及びこれを用いた粒子加速器

(57) 【特許請求の範囲】

【請求項1】

酸化物超電導体を巻いて成る環状のコイルが複数軸方向に並べられたコイルユニットを、互いに向き合った状態で2組備えており、

一方の前記コイルユニットにおける複数の前記コイルと、他方の前記コイルユニットにおける複数の前記コイルが、鏡面对称に配置されており、

各前記コイルユニットにあって、他の前記コイルユニットに近い前記コイルの外径に対し、当該コイルより遠い前記コイルの内径が、より小さくなっており、前記コイルユニット全体として他の前記コイルユニットからみて遠方に盛り上がる山型形状となっていることを特徴とするコイルシステム。

【請求項2】

前記酸化物超電導体は、RE-123系酸化物超電導体(REBa₂Cu₃O_{7-x}、REはイットリウムを含む希土類元素)であることを特徴とする請求項1に記載のコイルシステム。

【請求項3】

少なくとも1つの前記コイルは、積層パンケーキコイルであることを特徴とする請求項1又は請求項2に記載のコイルシステム。

【請求項4】

請求項1ないし請求項3の何れかに記載のコイルシステムを磁極間に組み込んだことを特徴とする粒子加速器。

【発明の詳細な説明】

【技術分野】

【0001】

本発明は、磁束密度の極めて高い磁場を生成可能なコイルシステム、及びこのコイルシステムを利用した荷電粒子を加速する加速器に関する。

【背景技術】

【0002】

粒子を加速する小型の加速器として、下記特許文献1に記載されたサイクロトロンが知られている。この加速器では、円盤状の二枚の磁極の間に複数の磁極セクタが周方向に並ぶように配置され、磁極セクタ同士の間には谷（ギャップ）が設けられており、コイルによって生成され磁極セクタにより調整された磁極の間の電磁場によって、粒子が螺旋状に加速される。

10

【先行技術文献】

【特許文献】

【0003】

【特許文献1】特開2000-106300号公報

【発明の概要】

【発明が解決しようとする課題】

【0004】

このような加速器では、小型・高効率化のために磁気回路に鉄を使用するが故に、磁場は最大2テスラ（T）程度となり、せいぜい水素イオン粒子を10メガ電子ボルト（MeV/u）程度のエネルギーを有するまでしか加速することができず、PET（Positron Emission Tomography）用の放射性薬剤製造に用いられるに留まっている。鉄を使用するため原理的に高磁気剛性の粒子線の加速は不可能で、近年がんの放射線照射治療において顕著な有用性が認められつつある重粒子線（炭素六価プラスイオン $^{12}\text{C}^{6+}$ 等の放射線）をがん治療に利用可能となるまで十分に加速することができない。

20

【0005】

一方、がんの放射線照射治療において有用とされる400MeV/u程度のエネルギーをもった（光速の7割程度の速度へ加速された）重粒子線（炭素）の電離放射線は、現状約千個のコイルを直径50メートル（m）程度の円に沿って並べたシンクロトロン加速器により供給されているが、このコイルシステムないし加速器では、設置コストが莫大なものとなるし、運転コストについても、多数のコイルの冷却や、制御の複雑さ、オペレーターの多人数化、多大な電力消費によって甚大なものとなっている。

30

【0006】

具体的には、2008年12月時点で重粒子シンクロトロン加速器は日本で2台稼働され、1台建設中であるが、稼働中の2台の加速器の内の1台はシンクロトロン2個を擁し、そのサイズは必要な周辺装置を含め140m×60m程度であり、全体の初期コストが数百億円のオーダーとなり、電力コストやオペレーターの人件費も合わせて数十億円のオーダーになるといわれている。又、もう1台の加速器に関しては、周辺装置を含めたサイズが90m×80m程度であり、初期コストやその他のコストは前述のものと同程度かこれより若干低い程度となるといわれている。更に、建設中の加速器及び必要な周辺装置のサイズは60m×50m程度であり、初期コストが百数十億円のオーダーとなり、電力コストやオペレーターの人件費が前述のものと同程度となると見込まれている。なお、2008年12月時点で、重粒子シンクロトロン加速器は、世界に上記の他ドイツに1台しかない。

40

【0007】

このような規模では、いかにがん治療に有用といえども普及に弾みが見つからないため、重粒子の加速器の小型化やランニングコストの低減等が望まれるところであり、このような観点からはコイルの数が数個程度と少ないサイクロトロンで重粒子加速器を構成すること

50

が考えられる。しかし、鉄心による磁場の成形は、鉄の磁気飽和の生じない 1.6 T が限度であり、これを前提に 400 MeV/u までの重粒子線を加速可能なサイクロトロンを設計すると、少なくとも直径 13 m 程度のポールフェイス（磁極表面）を有する磁石（47千トン）が必要となってしまう。

【0008】

そこで、請求項 1 に記載の発明は、小型であり設置コストや運用コストが低廉でありながら、重粒子につきがん治療等に利用可能なエネルギーまで加速が可能となるような高磁場並びに磁場分布を形成することができ、エネルギーの増大に伴う相対論効果による加速粒子の質量増加に対応する半径方向の磁気勾配を有する高磁場並びに加速粒子収束のための円周方向磁場の強弱を形成し、コイルの線材使用量を抑えて強力な磁場を効率良く形成することができるコイルシステムを提供することを目的としたものである。

10

【0009】

又、請求項 4 に記載の発明は、重粒子についてもがん治療等に利用可能なエネルギーまで加速可能でありながら小型であり、設置コストや運用コストが従来の重粒子加速器に比して極めて低廉でありながら十分な性能を有する加速器を提供することを目的としたものである。

【課題を解決するための手段】

【0010】

上記目的を達成するために、請求項 1 に記載の発明は、コイルシステムにあって、酸化物超電導体を巻いて成る環状のコイルが複数軸方向に並べられたコイルユニットを、互いに向き合った状態で 2 組備えており、一方の前記コイルユニットにおける複数の前記コイルと、他方の前記コイルユニットにおける複数の前記コイルが、鏡面对称に配置されており、各前記コイルユニットにあって、他の前記コイルユニットに近い前記コイルの外径に対し、当該コイルより遠い前記コイルの内径が、より小さくなっており、前記コイルユニット全体として他の前記コイルユニットからみて遠方に盛り上がる山型形状となっていることを特徴とするものである。

20

【0012】

請求項 2 に記載の発明は、上記目的に加えて、更に運用容易で小型ながらより強力な磁場を形成する目的を達成するため、上記発明にあって、酸化物超電導体は、RE-123 系酸化物超電導体 ($REBa_2Cu_3O_7$ 、RE はイットリウムを含む希土類元素)であることを特徴とするものである。

30

【0013】

請求項 3 に記載の発明は、上記目的に加えて、より一層機械的強度を高めて安定した高磁場を迅速に形成可能とする目的を達成するため、上記発明にあって、少なくとも 1 つのコイルは、積層パンケーキコイルであることを特徴とするものである。

【0014】

上記目的を達成するために、請求項 4 に記載の発明は、粒子加速器にあって、上記コイルシステムを磁極間に組み込んで形成されていることを特徴とするものである。

【発明の効果】

【0015】

本発明によれば、互いに鏡面对称となる複数のコイルを含む 2 組のコイルユニットを設けており、各コイルユニットにあって、他のコイルユニットに近いコイルの外径に対し、当該コイルより遠いコイルの内径が、より小さくなっており、コイルユニット全体として他のコイルユニットからみて遠方に盛り上がる山型形状となっている。よって、小型であり設置コストや運用コストが低廉でありながら、重粒子につきがん治療等に利用可能なエネルギーまで加速が可能となるような等時性の高磁場並びに磁場分布を形成し、コイルの線材使用量を抑えて強力な磁場を効率良く形成することができるコイルシステム、ないしこれを用いた加速器を提供することができる、という効果を奏する。

40

【図面の簡単な説明】

【0016】

50

【図1】本発明のコイルシステムの一部断面説明図である。

【図2】比較例のコイルシステムの一部断面説明図である。

【図3】本発明のコイルシステムにより形成される磁場を示すグラフである。

【発明を実施するための形態】

【0017】

以下、本発明に係る実施の形態の例につき、適宜図面に基づいて説明する。なお、当該形態は、下記の例に限定されない。

【0018】

[第1形態]

図1は本発明の第1形態に係る粒子加速器の、図示しない円柱状の2個の平行な上下の磁極の間に配置されたコイルシステム1の一部断面説明図である。粒子加速器は、磁場を発生する当該磁極と、磁場につき中心から周方向へ行くに従い徐々に磁束密度の増強ないし調整をして荷電粒子を螺旋状の軌道で加速させるコイルシステム1と、荷電粒子を生成して磁極ないしコイルシステム1の中央付近に入射させる図示しないイオン源と、これらの制御を行う図示しない制御装置を有する。

【0019】

コイルシステム1は、互いに鏡面对称に向き合う状態で上下に配置された2組のコイルユニット2を有しており、コイルユニット2の1組は、全体形状が環状である1個の主コイル3と、全体形状が環状である2個の補正コイル4, 6とから成っている。なお、補正コイル4, 6につき、主コイル3により近いものを補正コイル4とし、他を補正コイル6とする。又、図1では、コイルユニット2の1組に係る半分の断面が示されており、コイルシステム1全体の断面は、縦軸を対称軸として鏡面对称に図示された断面を描いてコイルユニット2の1組の断面を把握すると共に、横軸を対称軸として鏡面对称にコイルユニット2の他の1組の断面を描くことで把握される。図1の数値の単位はメートル(m)である。

【0020】

主コイル3は、超電導導体を線状にして成る超電導線材を、輪状の中心線の全体に対して所定間隔をおいて巻き(空心)、更にこれを環状のシールドで覆うことで形成されている。主コイル3は、図示しない電力供給装置(電源)と電気的に接続されている。なお、シールド内には、図示しない冷却媒体が図示しない冷却装置にのみ流入可能に封入されており、当該冷却装置は、当該冷却媒体を20ケルビン(K)まで冷却してシールド内を流通させることが可能となっている。

【0021】

主コイル3は、補正コイル4, 6に比して面積の広い断面(空心部分を含む断面)を有しており、主コイル3の当該断面は、縦(厚み・軸方向寸法)約0.0831m, 横(環の幅・幅方向寸法)約0.89mとなっていて、縦横比(アスペクト比)が縦:横=1:2を超え、1:3をも超えるものとなっている。又、主コイル3の外径は半径約2.525mであり、内径(環の内側の径, 環の孔の径)は半径約1.635mとなっている。

【0022】

加えて、超電導線材の幅は1センチメートル(cm)程度であり、厚さは基板や安定化銅を含み200マイクロメートル(μm)であって、超電導線材表面の絶縁被膜を含め占積率は0.7程度とされ、負荷率は0.7程度とされている(運転電流を300A程度とし、電流密度を約 8.47×10^7 アンペア毎平方メートル(A/m^2)とする)。

【0023】

更に、超電導線材の材質としては、金属系(ニッケルチタン, ニオブスズ等、4.2Kで超電導状態)や酸化物系(ピスマス系あるいはRE-Ba-Cu-O系等、77Kで超電導状態に入り、20Kで特性の良好な超電導状態となる)の双方を用いることができるが、臨界温度が高く比較的高温で超電導状態となり、又臨界磁界も高いことから酸化物超電導導体を用いることが好ましく、酸化物超電導導体の内でも、作製コストが比較的の高いものの、磁場に強く、耐熱耐食性ニッケル基合金(ハステロイ・登録商標・以下同様)

10

20

30

40

50

が線材構成材となるために機械的強度も良好な、主成分がRE - Ba - Cu - Oで表せる酸化物超電導体を用いることが更に好ましい。なお、前者のピスマス系酸化物超電導線材の具体例としては、住友電気工業株式会社製Bi₂223 (Bi₂Sr₂Ca₂Cu₃O₁₀)が挙げられ、後者のRE - Ba - Cu - O系酸化物超電導線材の具体例としては、American Superconductor Corporation (AMSC)社製YBCO (YBa₂Cu₃O₇・)が挙げられる。本形態(図1)では、YBCOを用いている。

【0024】

ここで、主成分がRE - Ba - Cu - Oで表せる酸化物超電導体において、REはY (イットリウム), Sm (サマリウム), Gd (ガドリニウム), Ho (ホルミウム)と
10
いった希土類元素のうち少なくとも1つ又は2つ以上の任意の組合せであり、Baはバリウム、Cuは銅、Oは酸素である。又、好ましくは、酸化物超電導体はREがYであるイットリウム系酸化物超電導体とし、より好ましくはYBa₂Cu₃O₇・を始めとするY - 123系酸化物とし、あるいはYBa₂Cu₃O₇・のYの全部又は一部を他の希土類金属に置き換えたもの(RE - 123系酸化物超電導体)とする。

【0025】

又、酸化物超電導体は、表面に結晶配向性を有する基板(線材構成材)上に形成されている。基板は、好ましくは、Cu(銅), Ni(ニッケル), Ti(チタン), Mo(モリブデン), Nb(ニオブ), Ta(タンタル), W(タングステン), Mn(マンガン), Fe(鉄), Ag(銀)等の金属あるいはこれらの合金から成る金属層を備えてお
20
り、より好ましくは、ステンレス, インコネル, ハステロイから成る金属層を備えている。

【0026】

更に、好ましくは、酸化物超電導体と基板との間に、金属酸化物から成る中間層が配置される。中間層は、パイロクロア構造, 希土類 - C構造, ペロブスカイト型構造あるいは蛍石型構造を有し、例えば、BaZrO₃(Zrはジルコニウム), Y₂O₃, MgO (Mgはマグネシウム), SrTiO₃(Srはストロンチウム, Tiはチタン), YSZ (イットリア安定ジルコニア)、又はGd₂Zr₂O₇等のLn - M - O系化合物(Lnは1種以上のランタノイド元素, MはSr・Zr・Ga(ガリウム)の群から選択される1種以上の元素)等である。中間層は、スパッタ法、電子線ビーム蒸着法等で形成され
30
るが、好ましくはIBAD法(Ion Beam Assisted Deposition、イオンビームアシスト法)により成膜される。

【0027】

そして、主コイル3は、磁極に対し中心を合わせた状態で磁極に沿うように配置されており、鏡面对称の主コイル3に対して約0.139m離れた状態で配置されている(図1の横軸に対して約0.070m離れている)。

【0028】

一方、補正コイル4, 6は、寸法や配置を除き、主コイル3と同様に形成され、設計されている。

【0029】

補正コイル4は、外径約1.605m, 内径約1.444m, 幅約0.161m, 厚み約0.117mとされており、中心を主コイル3の中心と揃え、主コイル3に沿った状態で、対称位置の補正コイル4に対し約0.543m間隔を置いて配置されている(図1の横軸に対して約0.272m離れている)。従って、補正コイル4は、主コイル3や自身の軸方向において主コイル3と並んだ状態で配置されており、主コイル3より遠方(目的磁場・対称線・横軸からより離れた側, 磁極に近い側, 他方のコイルユニットから遠い側)に位置していて、その内径ないし外径は主コイル3の外径より小さくされており、主コイル3の外径より(コイルの径方向・放射方向でみて)内側に位置している。

【0030】

補正コイル6は、外径約1.096m, 内径約0.946m, 幅約0.150m, 厚み
40
50

約 0.0930 m とされており、中心を主コイル 3 の中心に合わせ、主コイル 3 に沿う状態で、対称位置の補正コイル 6 に対し約 1.129 m 間隔を置いて配置されている（図 1 の横軸に対して約 0.565 m 離れている）。従って、補正コイル 6 は、主コイル 3 や補正コイル 4 より遠方に位置しており、又その内径ないし外径は、主コイル 3 や補正コイル 4 の外径より小径とされており、主コイル 3 や補正コイル 4 の外径より内側に配置されている。なお、主コイル 3 及び補正コイル 4, 6 のコイル巻き体積は、合わせて約 1.732 立方メートル (m^3) となる。

【0031】

コイルシステム 1 では、各コイルユニット 2 において、補正コイル 6 より近方に、その内径ないし外径より大きな外径の補正コイル 4 が配置され、補正コイル 4 より近方に、その内径ないし外径より更に大きな外径の主コイル 3 が配置されており、コイルユニット 2 全体としてみて遠方に盛り上がる山型形状となっている。又、コイルシステム 1 では、コイルユニット 2 同士でみて互いに対称となっており、コイルユニット 2 で挟まれた部分において、粒子加速等を目的とする磁場（目的磁場）が形成される。コイルユニット 2 における各種コイルは、それぞれスイッチを介して共通の電源と電氣的に接続されており、当該スイッチをオンにすることで単独の電源により電圧を付加されて励磁され、他の励磁コイルと共に目的磁場を生成する。なお、図 1 における横軸が、目的磁場の中央線となる。

【0032】

一方、本発明に係るコイルシステム 1 に対する比較例として、図 2 において図 1 と同様に示すような、コイルユニットが単独のコイルで構成され、当該コイルが上下に鏡対称に配置されたものを挙げる。当該コイルは、外径約 2.162 m、内径約 1.855 m、幅約 0.307 m、厚み約 0.723 m とされており、対称位置のコイルに対し約 0.13 m 間隔を置いて配置されている（図 2 の横軸に対して約 0.065 m 離れている）。

【0033】

これらのコイルシステム 1 等を有する粒子加速器につき、コンピュータ制御によりそれぞれ以下のように動作させる。

【0034】

即ち、まず本発明に係るコイルシステム 1 を有する粒子加速器につき、粒子加速器ないしコイルシステム 1 の制御装置としてのコンピュータは、冷却装置を動作させ、冷却媒体を双方の主コイル 3 及び補正コイル 4, 6 が超電導状態となる温度 (20 K) まで伝導冷却により冷却し、冷却媒体の温度を安定させる。そして、コイルシステム 1 に対し、徐々に電圧を付加し、上述の電流密度となるまで双方の主コイル 3 及び補正コイル 4, 6 に電流を流す。そして、上述の電流密度が生じ、超電導状態により電流が安定すれば、電圧の付加を停止して、粒子を螺旋軌道で加速させる等時性磁場を形成する定常状態に移行させる。

【0035】

このようにして得られた等時性磁場（目的磁場、図 1 の横軸上、直径 3.2 m・高さ（厚さ）13 cm）の磁束密度分布を図 3 に示す。コイルシステム 1 等を有する粒子加速器では、径方向に徐々に磁束密度の高くなる粒子加速に適した磁気勾配を有する磁場を形成することができている。しかも、目的磁場につき、中心付近の磁束密度を 4 T 程度とし、周端側の磁束密度を 6 T 程度とすることができ、常電導の鉄の限界である 2 T の水準を大幅に超える非常に大きな磁束密度の磁場を、滑らかな磁気勾配を有する状態で形成することができている。

【0036】

従って、目的磁場に荷電粒子を入射させることで、重粒子であっても螺旋軌道により十分に (400 MeV/u 程度まで) 加速することができ、重粒子線がん治療に必要な重粒子の加速につき、コイルシステム 1 等を有する粒子加速器で行うことができる。そして、コイルシステム 1 自体の寸法は直径約 5 m x 高さ約 2 m となり、周辺装置を含めても数十平方メートル (m^2) 程度の設置面積で済む等、コイルシステム 1 や粒子加速器を非常にコンパクトに小型化することができる。更に、粒子加速器が小型であるため、製作に要す

10

20

30

40

50

る材料の量を低減することができ、運転に必要な電力量も低減することができ、運転に係る制御も比較的に簡易なものとして行うことができ、導入コストや運用コストを低廉なものとして行うことができ、保守も簡単に行うことができ、保守コストも低廉なものとして行うことができる。

【0037】

加えて、双方の主コイル3及び補正コイル4, 6を超電導状態とし、超電導状態による励磁を行い、超電導加速器として運転するため、これらコイルに付加する電力量の低減に寄与するし、ジュール発熱が生じず冷却媒体の冷却エネルギーも比較的になく済み、運転に必要な電力量の低減を図ることができる。又、小型で冷却媒体の量が少なく、又ジュール熱を生じないこと等により、停止状態から高磁場状態(粒子加速可能状態)となる時間を短時間とすることができ、効率良く粒子加速を行うことができる。更に、ジュール熱を生じないこと等により、各主コイル3及び補正コイル4, 6に熱変形が生じる事態を防止することができ、磁場分布の変動を防止して、安定した等時性磁場の形成ないし磁場の粒子加速の安定動作の確保等を行うことができる。そして、以上の特性により、重粒子線を加速可能な粒子加速器の普及を促進することができ、重粒子線がん治療を実施可能な病院が増加する等、多大な効果を奏することができる。

10

【0038】

一方、比較例に係るコイルシステムを有する粒子加速器につき同様に動作させた場合、本発明における図3で示したような磁場と同様の磁場を得ることができるものの、コイルの形成のために使用する超電導線材の量が約 3.92 m^3 となり、本発明のコイルシステム1ないし粒子加速器に対して約2.26倍の線材使用量となる。

20

【0039】

従って、複数のコイルから成るコイルユニットを含む本発明のコイルシステム1ないし粒子加速器にあっては、重粒子につきがん治療等に利用可能なエネルギーまで加速が可能となるような等時性の高磁場並びに磁場分布を実現しながら、比較的コストを要する酸化超電導線材の使用量を低減することができ、がん治療等に利用可能な粒子加速器の普及の促進により一層寄与することとなる。

【0040】

[第2形態]

本発明の第2形態に係るコイルシステムないし粒子加速器は、各コイルの巻線方式を除き、第1形態のコイルシステム1と同様に成る。

30

【0041】

第2形態のコイルシステムないし粒子加速器では、各主コイル3及び補正コイル4, 6は、帯状の超電導線材をパンケーキ巻きして形成されたパンケーキコイルを用いて構成されている。各主コイル3及び補正コイル4, 6は、中央に孔を有する円盤状(環状)のパンケーキコイルにつき、複数重ねることで積層構造をとるように(積層パンケーキコイルとして)構成されている。

【0042】

第2形態のコイルシステムないし粒子加速器においても、第1形態と同様、磁気勾配を付与可能な高磁場につき、小型で低コストで普及容易な装置において形成することができる。しかも、各主コイル3及び補正コイル4, 6がパンケーキコイルあるいはその積層体で形成されているため、励磁時において電磁力が圧縮応力として線材構成材(ハステロイ)に対して印加されるようにすることができ、各主コイル3及び補正コイル4, 6の機械的強度を高くして挫屈を回避することができ、耐久性を一層向上し、又高磁場をより安定した状態で生成することができる。

40

【0043】

[変更例]

なお、主に上記形態を変更して成る、本発明の他の形態を例示する。コイルの数は、片側のコイルユニットにおいて2個としても良いし、4個以上としても良い。コイルにつき、断面積に基づき主コイルと補正コイルとに分けず、全て同様の断面積を有するようし

50

たり、各コイルで様々な断面積をもつようにしたりして良い。又、主コイルを補正コイルより目的磁場に対して遠くに配置して良い。コイルの寸法や配置につき、磁気勾配形状や磁束密度の高さ等に応じて微調整し、あるいは変更することができる。一方のコイルユニットは、他方のコイルユニットにおける全てのコイルに対して鏡面对称であるコイルのみから成る必要はなく、他方のコイルユニットにはない微調整用のコイルを追加して配備する等、他方のコイルユニットに属する複数のコイルに対して鏡面对称であるコイルを含むのであればどのような構成を採用しても良い。パンケーキコイルは、積層せず単独で用い、積層数を様々にし、あるいは層毎の厚みや巻き数や線材の種類・寸法等を様々にすることができ、コイルシステムは、ソレノイドコイル、パンケーキコイル、又は積層パンケーキコイルの組合せとして良い。冷却媒体の温度につき、20 K 以外として良い。

10

【産業上の利用可能性】

【0044】

本発明のコイルシステムないし粒子加速器によれば、小型で低コストな構成によって極めて高い磁場を提供することができ、本発明のコイルシステムないし粒子加速器は、各種医療機関用の医療用加速器に採用可能であることはもちろん、最大級の規模を有しない研究機関においても容易に導入可能な実験用粒子加速器を作製するために採用したり、高磁場を必要とする産業機器に組み込んだりすることも可能であり、本発明のコイルシステムないし重粒子の加速が可能な粒子加速器は、様々な用途を有する。

【0045】

又、特にがん治療用重粒子加速器とした場合には、次に説明するように、がんに対し非常に効果的な重粒子線の照射を効率良く実施することができ、多数のがん患者に対し治療を施して生活の質 (Quality of Life, QOL) の向上を提供することができるものである。

20

【0046】

即ち、炭素六価イオン線 (荷電粒子) を水平垂直の2門で照射することで、エネルギー吸収量の高い位置をがん患部の位置に集中させることができ、又その集中性につきエックス線やガンマ線に対して遙かに高水準とし、陽子線と比しても更に急峻な境界をもつものとしてことができ、患部以外の部位に対して低負担となり治療の負担が軽減され、患部のみに線量を集中させてがん細胞に対する生物学的効果 (細胞致死効果) をエックス線や陽子線の3倍程度とすることができ、比較的短い照射時間で効果を上げることができて分割照射回数を少なくしあるいは治療期間や入院期間を短くしあるいはリハビリテーション期間を不要又は極めて短くすることができ、外科的切除や他の放射線治療に比して身体的負担や費用負担等の極めて少ないがん治療を実施することができる。又、その線量の集中性等により、低酸素がん (中期以降の大きな腫瘍) や放射線抵抗性がん (腺がん・骨肉腫等のがん) に対しても有効である場合を生じ、難治がんに対する治療にも利用することができる。そして、低負担で原則手術不要であること等により、高齢者や他病保有者等であっても治療の可能性を見出すことができるし (治療対象者の拡大)、患者のQOL向上を図ることができ、ひいては社会的負担 (Social Cost) を低減することができる。本発明のコイルシステムないし医療用重粒子加速器によれば、このように顕著な効果を奏する機器の普及を促進することが可能となる。

30

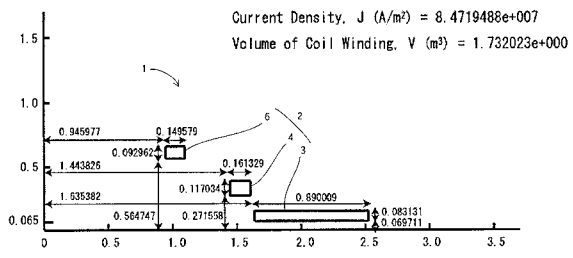
40

【符号の説明】

【0047】

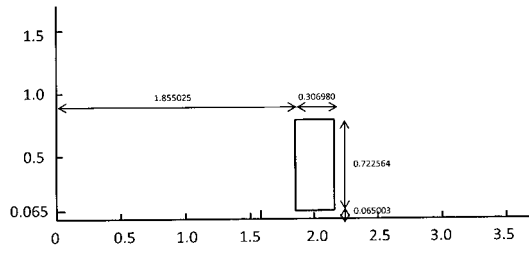
- 1 コイルシステム
- 2 コイルユニット
- 3 主コイル (コイル)
- 4, 6 補正コイル (コイル)

【 図 1 】

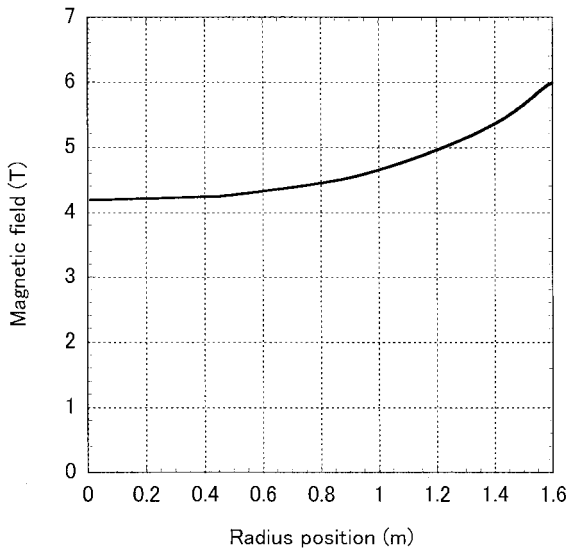


【 図 2 】

400MeV
Current Density, J (A/m²) = 4.5270625e+007
Volume of Coil Winding, V (m³) = 3.918947e+000



【 図 3 】



フロントページの続き

- (72)発明者 石山 敦士
東京都新宿区大久保3 - 4 - 1 早稲田大学理工学部内
- (72)発明者 植田 浩史
東京都新宿区大久保3 - 4 - 1 早稲田大学理工学部内
- (72)発明者 野口 聡
東京都新宿区大久保3 - 4 - 1 早稲田大学理工学部内
- (72)発明者 宮原 信幸
千葉県千葉市稲毛区穴川四丁目9番1号 独立行政法人放射線医学総合研究所内
- (72)発明者 鹿島 直二
名古屋市緑区大高町字北関山20番地の1 中部電力株式会社 電力技術研究所内
- (72)発明者 長屋 重夫
名古屋市緑区大高町字北関山20番地の1 中部電力株式会社 電力技術研究所内

審査官 遠藤 直恵

- (56)参考文献 米国特許出願公開第2007/0171015 (US, A1)
特開平03 - 030299 (JP, A)

- (58)調査した分野(Int.Cl., DB名)
H05H 3/00 - 15/00