

NOVA School of Science and Technology



Sistema Eletrocardiográfico

Daniel Levi (59809)
Diogo Amaro (59781)

Docente: Dr. José Luís Ferreira
Docente: Dr. André Wemans

Instrumentação Digital

Mestrado Integrado em Engenharia Biomédica

17 de junho de 2024

Conteúdo

1	Introdução	1
1.1	Objetivo	1
1.1.1	Sinal de teste	1
1.1.2	Sinal real	1
1.1.3	Análise de dados	1
1.2	Visão Geral	2
1.2.1	Integração de Hardware	2
1.2.2	Desenvolvimento de Software	2
1.2.3	Integração conjunta	2
1.2.4	Teste	2
2	Metodologia	3
2.1	Fluxograma	3
2.2	Sinais de entrada	3
2.3	Hardware	4
2.3.1	Arduino	4
2.3.2	Breadboard	4
2.3.3	Circuito funcional	5
2.4	Software	6
2.4.1	Painel de ligação ao Arduino	6
2.4.2	Painel Principal	7
2.4.3	Funcionalidades Extra	11
3	Resultados	14
3.1	Sinal de Teste	14
3.2	Sinal Real	14
4	Discussão	16
5	Conclusão	17

Lista de Figuras

2.1	Figura 1: Fluxograma	3
2.2	Figura 2: Placa de Arduino com ATmega328 integrado	4
2.3	Figura 3: Circuito com os LEDs	5
2.4	Figura 4: Ligação da placa de Arduino com a <i>breadboard</i>	5
2.5	Figura 5: Página <i>Settings</i>	7
2.6	Figura 6: Vista geral do painel principal	7
2.7	Figura 7: Gráfico Amplitude x Tempo com a taxa de amostragem escolhida	8
2.8	Figura 8: Gráfico BPM x Tempo	8
2.9	Figura 9: Possibilidade de transição entre modo automático e manual	9
2.10	Figura 10: Visualização do valor de BPM em cada instante	10
2.11	Figura 11: Visualização dos caracteres enviados à Serial Port	10
2.12	Figura 12: Visualização do estado dos LEDs	11
2.13	Figura 13: Terminar e Guardar	11
2.14	Figura 14: Visualização do modo operacional do programa (Extra 1)	12
2.15	Figura 15: Estado dos botões em modo automático (Extra 2)	12
2.16	Figura 16: Estado dos botões em modo manual (Extra 2)	12
2.17	Figura 17: Ativação de um único botão de cada vez (Extra 3)	13
2.18	Figura 18: Instantes de ativação do desfibrilhador (Extra 4)	13
3.1	Figura 19: ECG obtido com o sinal de teste	14
3.2	Figura 20: ECG obtido com o sinal real	15

Lista de Tabelas

2.1	Tabela 1: Critérios de ativação dos LEDs	6
2.2	Tabela 2: Definição da taxa de amostragem	8

Introdução

Nos últimos tempos, os mecanismos de interpretação de sinais vitais têm vindo a ter um papel cada vez mais crucial na monitorização e no controlo do estado médico de um paciente, na medida em que permitem detetar, em tempo real, alterações súbitas e/ou anormais de certos parâmetros fisiológicos. No entanto, e apesar de eficazes, alguns destes métodos de análise carecem de certos parâmetros funcionais, tais como sistemas de alerta automáticos e/ou interfaces rudimentares, que podem atrasar a prontidão com que se responde a uma alteração fisiológica.

1.1 Objetivo

Assim, este projeto visa desenvolver um sistema de monitorização e alerta em tempo real do sinal cardíaco capaz de detetar rapidamente uma variação anormal no mesmo. Para tal, foi integrada uma placa de Arduino como fonte principal de deteção e respetiva interpretação do sinal cardíaco, juntamente com LabVIEW que fornece a componente visual do projeto.

1.1.1 Sinal de teste

Numa fase inicial, foi utilizado o gerador de sinais de bancada para produzir um sinal pulsado que serviu para testar toda a cadeia de instrumentação, desde a entrada do conversor analógico-digital da placa Arduino até à interface visual do computador. Tem como objetivo simular um sinal cardíaco de forma a garantir que o sistema está funcional durante toda a sua execução.

1.1.2 Sinal real

Depois de garantir o funcionamento correto de todo o sistema digital, o sinal cardíaco real é obtido por via do sensor ecgPlux, que é ligado diretamente à placa de Arduino e que permite a aquisição de um sinal eletrocardiográfico real.

1.1.3 Análise de dados

Depois de registado, o sinal é exportado para uma folha de cálculo com o objetivo de determinar as suas principais características.

1.2 Visão Geral

Devido à complexidade do projeto, foi necessário segmentá-lo em várias etapas mais simples de forma conseguir controlar e minimizar os erros. Esta segmentação de etapas permite também a segmentação de erros, de maneira que a identificação de erros e a respetiva resolução tornam-se mais expeditos.

1.2.1 Integração de Hardware

Esta etapa foca-se unicamente na funcionalidade da placa de Arduino. Envolve desenvolver o código que permite detetar e interpretar o sinal cardíaco e, de seguida, enviar uma série de instruções e de medidas específicas para a interface do computador (LabVIEW), como por exemplo os batimentos por minuto (BPM). Além disto, incluiu-se também um circuito eletrónico numa *breadboard* onde se integraram os LEDs que, numa fase posterior, permitem a visualização dos vários estados do sinal.

1.2.2 Desenvolvimento de Software

Aqui, o objetivo passa por desenvolver uma interface que permita ao utilizador visualizar as instruções e os dados provenientes do Hardware e do sinal, respetivamente. Permite também a interação do utilizador com o sistema, nomeadamente através da forma de aquisição de dados ou das instruções dadas ao sistema. Esta interface foi desenvolvida em LabVIEW.

1.2.3 Integração conjunta

Esta etapa mostrou ser a mais importante durante todo o desenvolvimento do projeto. Aqui, o objetivo é garantir que, mais importante do que estarem funcionais em separado, tanto o Hardware como o Software estão funcionais em conjunto. Coordenar de forma fluída o envio de instruções e de medidas por parte do primeiro com a receção destas mesmas instruções e medidas por parte do segundo, garante não só uma aquisição eficaz de dados como também uma representação fidedigna do sinal que está a ser lido.

1.2.4 Teste

Esta etapa surge com o objetivo de simular uma situação real de leitura do sinal cardíaco de forma a garantir que todo o sistema se encontra operacional e capaz de recolher um sinal real. Como referido na secção 1.1.1, esta fase utiliza um gerador de sinais que produz um sinal semelhante ao sinal cardíaco real e segue uma série de características previamente estabelecidas que serão explicadas em detalhe nas secções seguintes.

Metodologia

2.1 Fluxograma

As etapas do projeto encontram-se sequencialmente representadas na figura seguinte.

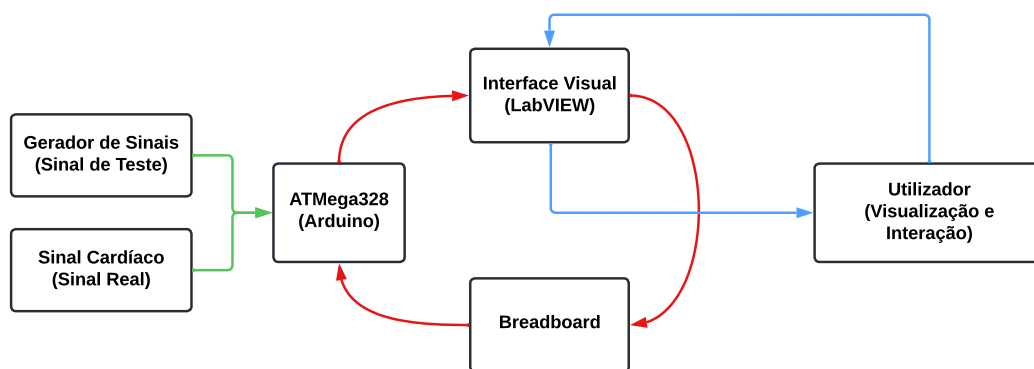


Figura 1: Fluxograma

Como é possível verificar, a integração conjunta entre o Hardware (Arduino+Breadboard) e o Software (LabVIEW) é a base de funcionamento do sistema. Qualquer interrupção numa destas ligações compromete automaticamente a aquisição do sinal cardíaco.

2.2 Sinais de entrada

Para efeitos de teste, foi utilizado um sinal produzido pelo gerador de sinais com características específicas de forma a não danificar o microcontrolador. Gerou-se então um sinal quadrado, com um *duty cycle* de 10%, que corresponde ao rácio entre o tempo segundo o qual o circuito está ligado comparativamente ao tempo segundo o qual está desligado, e uma frequência de 2Hz. Estabeleceu-se também um valor de tensão médio de 2.5V e uma tensão pico-a-pico de 4V. Como valores de tensão negativos danificam o microcontrolador, optou-se por um *DC offset* de 0.5V, daí o valor médio de 2.5V. Numa fase final, ou seja, com o sistema totalmente funcional, este sinal de entrada é substituído por um sinal cardíaco real.

2.3 Hardware

2.3.1 Arduino

O Hardware utilizado foi uma placa de Arduino com o microcontrolador ATmega328 integrado na placa. No IDE do Arduino, implementou-se o código que permite controlar todas as operações que o sistema deve realizar, nomeadamente o controlo da taxa de amostragem e o cálculo de BPM. Além disto, inclui-se também um modo automático e um modo manual. Isto teve como objetivo permitir ao utilizador controlar o sistema operativo: em modo automático, é o próprio program que, consoante os valores de BPM, aciona os LEDs correspondentes como sinal de alerta, enquanto que em modo manual, independentemente dos valores de BPM, é o utilizador que define qual o sinal luminoso que ativa. De notar que em modo manual, os valores e BPM continuam a ser mostrados na interface visual, apesar de não terem influência no estado dos LEDs.

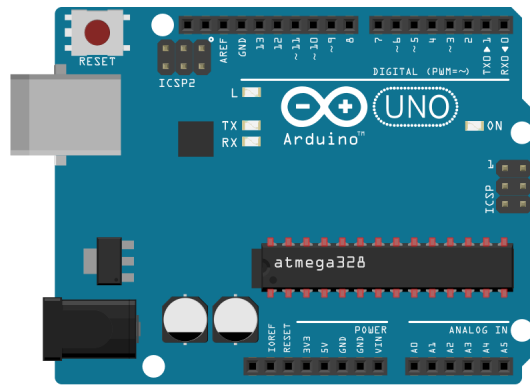


Figura 2: Placa de Arduino com ATmega328 integrado

A coordenação com os LEDs da *breadboard* foi efetuada através das portas digitais 10, 8, 5 e 6. Os sinais de teste e real foram introduzidos com recurso à porta analógica A0 e ao GND.

2.3.2 Breadboard

A montagem da *breadboard* foi feita com o objetivo de conseguir integrar sinais luminosos no projeto e estabelecer uma ligação quer com a placa de Arduino, quer com a interface visual. Isto deve-se à possibilidade de um modo automático ou visual, como referido na secção **2.3.1**, já que em modo automático é o Arduino a controlar o estado dos LEDs e, em modo manual, é o utilizador que realiza esta operação. Para a construção do circuito na breadboard, foram utilizados quatro LEDs luminosos, cada um deles ligado em série com uma resistência de 220Ω.

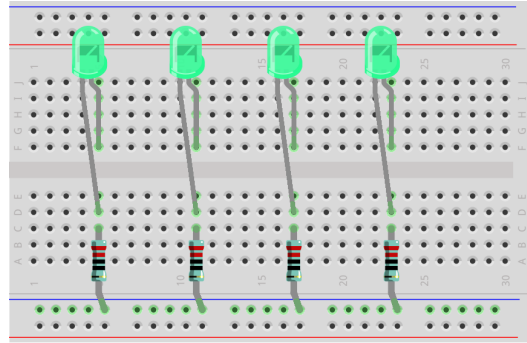


Figura 3: Circuito com os LEDs

Desta forma, e depois de coordenado com o Arduino, cada LED irá ligar consoante o valor de BPM calculado. As resistências tem como objetivo limitar a corrente que atravessa cada um dos LEDs. Isto porque cada *pin* no ATmega328 suporta, aproximadamente, uma corrente entre 20-40mA. Assim, limitar uma possível corrente excessiva com uma resistência de 220Ω pode evitar danos no microcontrolador.

$$R(\Omega) = \frac{V_{in} - V_{LED}}{I_{LED}} = 220\Omega$$

Onde V_{in} é a tensão de entrada (5V), V_{LED} a queda de tensão de um LED verde ($\approx 2V$) e I_{LED} a corrente que atravessa o LED, que se considerou ser entre 10-15mA.

2.3.3 Circuito funcional

Depois de ambos os componentes programados, realizou-se a ligação entre eles. Os LEDs ligaram-se às portas digitais 10, 8, 5 e 6 da placa de Arduino e o sinal de entrada (gerador de sinais) à porta analógica A0.

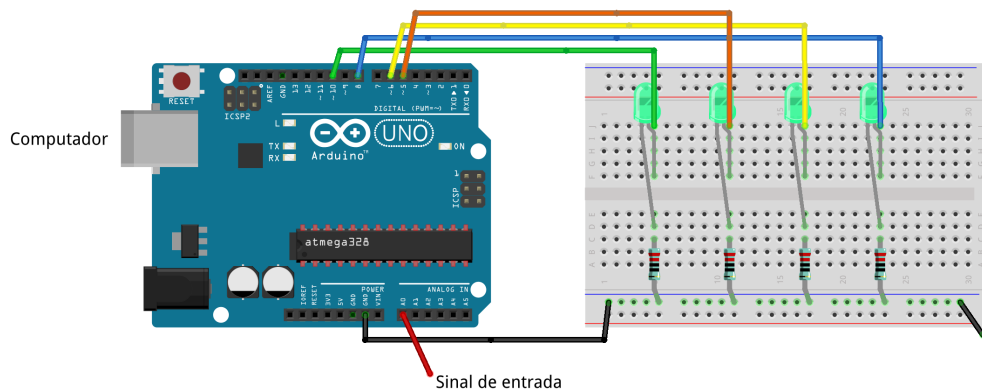


Figura 4: Ligação da placa de Arduino com a breadboard

Desta forma, as instruções definidas no código de Arduino já estão em condições de serem visualizadas na *breadboard*, através dos LEDs. Para um valor de BPM superior a 160, o primeiro LED, ou seja, aquele que está ligado à porta digital 10, acende. No contexto do projeto, este LED representa a indicação para uma possível injeção de propranolol no paciente. As instruções para os restantes LEDs estão representados na Tabela 1.

Tabela 1: Critérios de ativação dos LEDs

Valor de BPM	LED Ativo	Porta Digital
$\text{BPM} > 160$	LED 1 (Propranolol)	10
$30 < \text{BPM} \leq 40$	LED 2 (Atropina)	5
$10 < \text{BPM} \leq 30$	LED 3 (Pacemaker)	6
$\text{BPM} = 0$	LED 4 (Desfibrilhador)	8

De acrescentar que a ativação do LED 4 é ligeiramente diferente dos restantes. O desfibrilhador foi programado para ativar apenas se o valor de BPM for nulo durante pelo menos 10 segundos, para garantir que não foi nenhum erro de leitura ou cálculo e que o paciente está efetivamente com valores anormais. Além disto, o desfibrilhador fica ativo durante 5 segundos, independentemente de entretanto serem detetados valores de BPM normais.

2.4 Software

A interface de interação e/ou visualização foi desenvolvida em ambiente LabVIEW. Aqui, o objetivo passa por permitir ao utilizador visualizar os dados que estão a ser recolhidas que, neste caso, se tratam de leituras do sinal cardíaco e de permitir ainda que o utilizador assume o controlo do programa, na medida em que passa a ser capaz de influenciar diretamente os estados dos LEDs, ou seja, que medida/substância se deve administrar no paciente.

2.4.1 Pannel de ligação ao Arduino

Primeiramente, foi construída uma página que permite carregar o programa de Arduino para o ambiente LabVIEW. Isto é feito através do *VISA Resource Name* que funciona como um identificador único para uma sessão de I/O num dispositivo. Quer isto dizer que, atribuir um valor a um *VISA Resource Name*, significa dizer que o LabVIEW está conectado a um dispositivo externo (Arduino) através desse valor. Neste caso, trata-se de uma porta COM, atribuída automaticamente pelo computador aquando da ligação do Arduino. Adicionalmente, utiliza-se também a função *VISA Read*, que permite que o LabVIEW consiga enviar pedidos para o Arduino, receba a resposta a esses pedidos e interprete essa resposta para poder ser executada em LabVIEW.

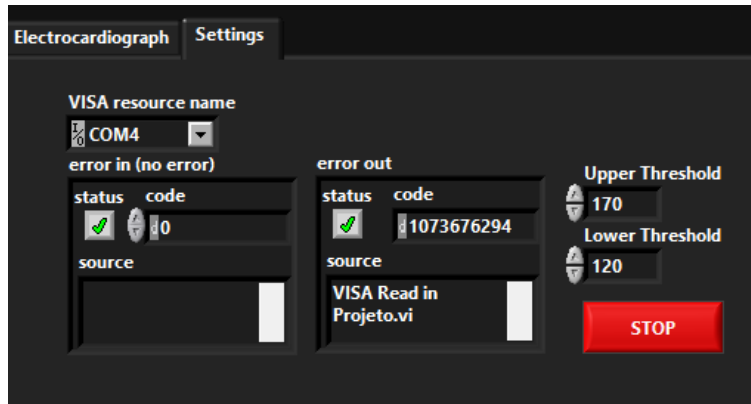


Figura 5: Página Settings

Foram também integrados dois botões ajustáveis para definir os limites superior e inferior para deteção de uma onda R do sinal cardíaco, que é explicado com maior detalhe na secção 2.4.2

2.4.2 Painel Principal

A maior parte da interface está representada no painel principal. É aqui que acontece todo o processo de visualização e interação por parte do utilizador.



Figura 6: Vista geral do painel principal

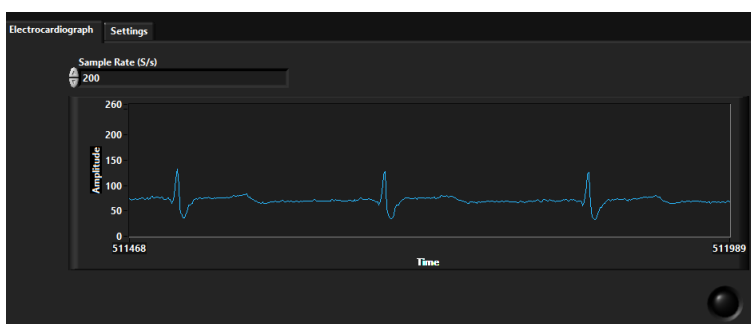
Taxa de amostragem

Inicialmente, e antes de iniciar a aquisição do sinal cardíaco, o utilizador tem a opção de definir qual a taxa segundo a qual vai amostrar o sinal. Esta ação é controlada pelo microcontrolador que, consoante o carácter recebido, devolve a taxa de amostragem correspondente.

Tabela 2: Definição da taxa de amostragem

Comando enviado (PC)	Código ASCII	Taxa de amostragem (S/s)
'a'	97	25
'b'	98	50
'c'	99	100
'd'	100	200

De seguida, o utilizador fica em condições de visualizar, num gráfico Amplitude x Tempo, o sinal em tempo real.

*Figura 7: Gráfico Amplitude x Tempo com a taxa de amostragem escolhida*

Uma funcionalidade extra deste gráfico prende-se com a presença de um botão no canto inferior direito, que ativa um sinal luminoso sempre que é detetada uma onda R. Os botões referentes aos limites, representados na figura 4 da secção 2.4.1, servem para esse efeito. Devem escolher-se dois valores de limite superior e inferior que atravessem completamente o pico R.

Visualização da evolução dos valores de BPM

Um segundo gráfico foi inserido no painel principal com objetivo de visualizar a evolução dos valores de BPM ao longo do tempo.

*Figura 8: Gráfico BPM x Tempo*

O gráfico pode ajudar o utilizador na deteção de algum tipo de variação anormal do ritmo cardíaco bem como o instante em que essa variação ocorreu.

Modo Automático e Manual

Enquanto sistema de visualização e interação, o utilizador tem a opção de definir se os alertas luminosos dados pelos LEDs derivam da decisão do Arduino, ou se derivam dele próprio. No modo manual, é o utilizador que, de acordo com o valor de BPM que visualizar no painel principal, toma a decisão final relativamente à substância a administrar no paciente. Isto porque os limites de BPM definidos para o Arduino podem não servir como regra para todos os pacientes. Considere-se, por exemplo, que um paciente se encontra com um valor de BPM de 158. Segundo o código estabelecido para o Arduino, este paciente encontra-se em perfeito estado, já que o sistema não ativou nenhum dos LEDs. No entanto, um valor de BPM de 158 em repouso é altamente anormal, pelo que o médico, enquanto utilizador, pode optar por administrar uma injeção de propranolol, acionando manualmente o botão 'Propranolol' do *Manual Mode* que ativa o LED 1.

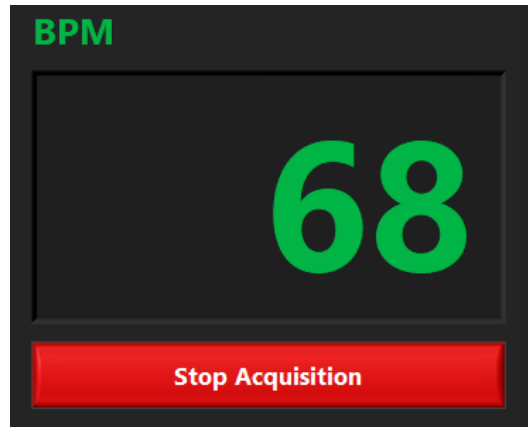


Figura 9: Possibilidade de transição entre modo automático e manual

A escolha entre o modo manual e o modo automático depende do quão díspar é a análise crítica do médico à situação relativamente às instruções estabelecidas para o Arduino para essa mesma situação.

Visualização dos valores de BPM

Bem destacado no painel principal encontra-se uma zona que exibe o valor de BPM por cada instante de tempo. É segundo este valor que o Arduino, em modo automático, controla o estado dos LEDs.



Por baixo dessa zona, existe ainda o botão que permite ao utilizador iniciar ou interromper a aquisição do sinal. De notar que, sempre que o utilizador interrompe a aquisição do sinal e volta a iniciá-la, é necessário definir manualmente a taxa de amostragem, já que a taxa *default* do programa é de 0 S/s, ou seja, não adquire amostra nenhuma.

Visualização dos caracteres enviados

Esta região do painel principal tem uma função meramente observacional e tem como objetivo mostrar os caracteres que estão a ser enviados para a *Serial Port* do Arduino através do *Serial Monitor*. Isto porque o microcontrolador está programado para terminar imediatamente a aquisição e a comunicação das medidas ao computador se não for enviado nenhum dos caracteres 'a', 'b', 'c' ou 'd' num intervalo de 2 segundos.

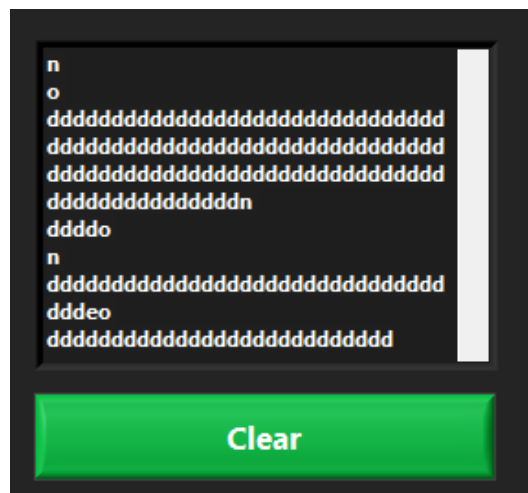


Figura 11: Visualização dos caracteres enviados à Serial Port

Assim, para descartar um possível erro derivado dessa funcionalidade, incluiu-se uma

região do painel principal para a visualização desses mesmos envios.

Visualização do estado dos LEDs

Na zona inferior do painel principal estão representados os indicadores que mostram ao utilizador o estado de um determinado LED nesse momento: se uma variação dos valores de BPM acionar um LED na *breadboard*, então esse fenómeno acontece simultaneamente no painel principal, para que o utilizador consiga perceber, em tempo real, como varia o ritmo cardíaco do paciente e como deve atuar perante essas variações.

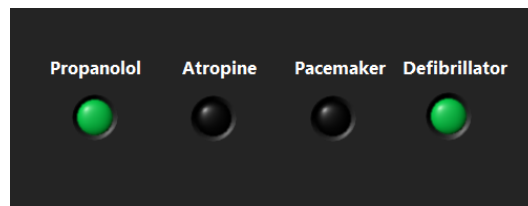


Figura 12: Visualização do estado dos LEDs

O caso específico representado na figura acima serve para comprovar a observação feita na secção **2.3.3**, que estabelece que o desfibrilhador fica ativo durante 5 segundos independentemente da deteção de valores de BPM nesse intervalo. Esta funcionalidade é importante porque prova que existe uma anormalidade no ritmo cardíaco do paciente, dado que o desfibrilhador só é ativado se forem detetados valores de BPM próximos de zero durante 10 segundos, ou seja, descarta a hipótese de ter sido uma má leitura por parte do sistema. É muito improvável que o sistema efetue leituras erradas durante 10 segundos e, além disso, que essas más leituras sejam todas de valor 0.

Terminar e Guardar

Por último, o programa inclui também dois botões que permitem ao utilizador guardar as leituras efetuados sob a forma de um ficheiro **.xlsx** e terminar a execução do ambiente LabVIEW.



Figura 13: Terminar e Guardar

2.4.3 Funcionalidades Extra

Indicador luminoso do modo atual do programa

O primeiro extra implementado prende-se com um sinal luminoso referente ao modo do programa num determinado instante. Se estiver a operar em modo manual, o indicador

Manual estará ativo. Caso contrário, é o indicador **Automatic** que se encontrará ligado.

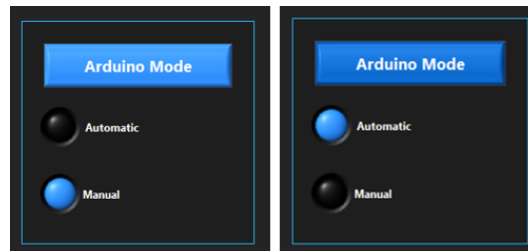


Figura 14: Visualização do modo operacional do programa (Extra 1)

Desativação de botões no modo automático

Para impedir que o utilizador seja capaz de influenciar o funcionamento do sistema mesmo em modo automático, integrou-se a desativação dos botões referentes aos LEDs quando o sistema se encontra no modo automático. Para tal, foi criada uma **case structure** com uma condição que, sempre que verdadeira, o botão desativa. A condição garante que o modo automático está ligado e a desativação do botão fez-se através da criação de uma **Local Variable** com o parâmetro **Property Node** que, enquanto o modo automático está ligado, assume a especificação **Disabled and Greyed Out**.

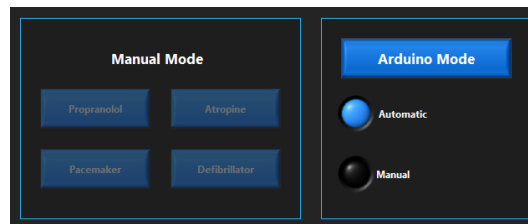


Figura 15: Estado dos botões em modo automático (Extra 2)

Quando a condição deixa de se verificar, ou seja, quando o modo manual é ativado, os botões voltam ao estado normal.



Figura 16: Estado dos botões em modo manual (Extra 2)

Ativação de um único botão no modo manual

Ao contrário do que acontece no modo automático, o modo manual não permite que o utilizador acione dois ou mais LEDs em simultâneo. Esta funcionalidade impede que estejam a ser dadas instruções contraditórias, como por exemplo LED do propranolol e do desfibrilhador ligados em simultâneo.



Figura 17: Ativação de um único botão de cada vez (Extra 3)

Para obter esta funcionalidade em LabVIEW, o objetivo é forçar, por exemplo, a desativação dos LEDs referentes à atropina, pacemaker e desfibrilhador quando o LED referente ao propranolol está ativado. Replicou-se esta lógica para todos os botões.

Instantes de ativação do desfibrilhador

Por último, considerou-se relevante a adição de uma tabela que mostre ao utilizador os 3 últimos instantes segundo os quais o LED do desfibrilhador ligou. A tabela regista estes instantes sob o formato **hh:mm:ss**. Esta informação é importante na medida em que permite

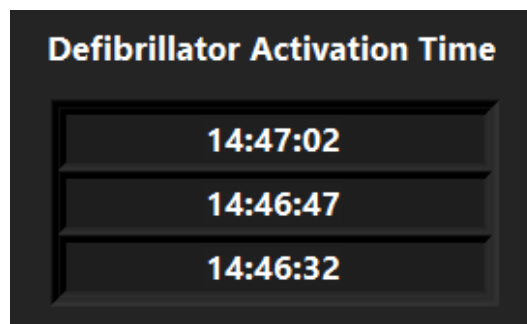


Figura 18: Instantes de ativação do desfibrilhador (Extra 4)

ao utilizador ver se o desfibrilhador esteve ligado em algum instante, pois este só está ligado durante 5 segundos e o médico pode não ter detetado a ativação deste LED nesse período de tempo. Permite ainda que o médico possa reconhecer certos padrões ou tendências no estado de saúde do paciente.

Resultados

3.1 Sinal de Teste

Numa primeira fase, o sistema foi testado com um sinal produzido pelo gerador de sinais, cujas características se encontram enumeradas na secção **2.2**. Após efetuar a leitura deste sinal de teste, utilizou-se o botão **Save** do painel principal e as leituras foram exportadas para uma folha de cálculo.

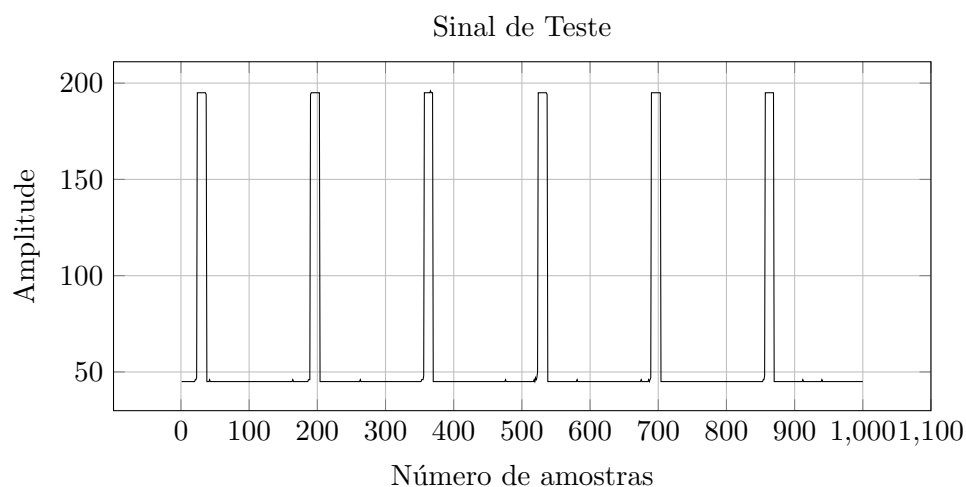


Figura 19: ECG obtido com o sinal de teste

Como é possível verificar, as características estabelecidas para o sinal de teste estão todas presentes no gráfico. Com efeito, verifica-se um *duty cycle* de aproximadamente 10% e um valor de *DC Offset*.

3.2 Sinal Real

Depois de realizar o teste ao sistema com o sinal de teste, repetiu-se o processo com um sinal cardíaco real. Com recurso a três elétrodos *ecgPlux*, o docente ligou-se ao sistema através da porta analógica A0 e procedeu-se então à aquisição do sinal.

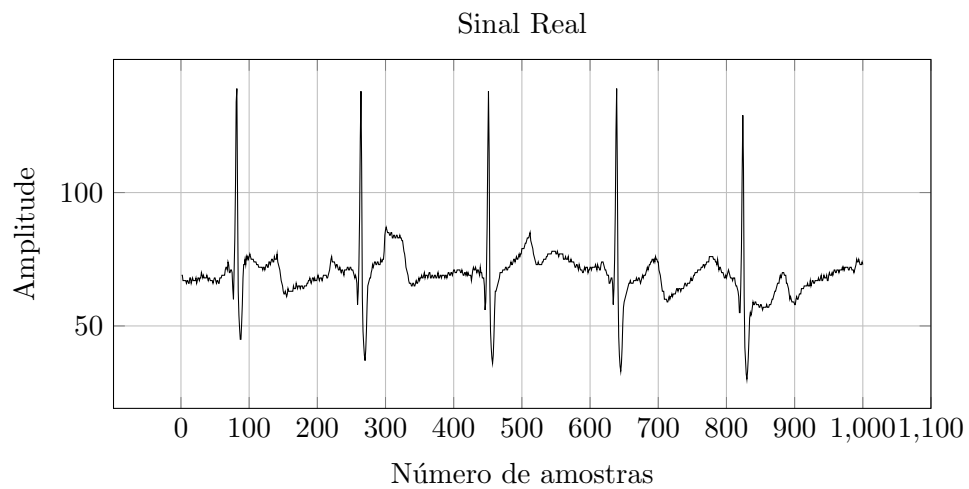


Figura 20: ECG obtido com o sinal real

Tal como era esperado, o sinal foi recolhido na sua plenitude e sem erros, nomeadamente descontinuidades ou más leituras. Assim, gerou-se um sinal típico de ECG, onde as suas principais características são facilmente detetadas, nomeadamente o complexo QRS e as respetivas ondas R.

Discussão

Apesar do desenvolvimento do projeto ter decorrido sem grandes percalços, surgiram, no entanto, alguns obstáculos cuja resolução exigiu mais tempo. A primeira surgiu quando o grupo tentou instalar a funcionalidade do desfibrilhador desligar ao fim de 5 segundos. Durante este intervalo de tempo, se o sistema não detetasse nenhum valor de BPM, então o desfibrilhador desligava no fim dos 5 segundos e o programa não aparentava ter erros. No entanto, caso o sistema reconhecesse algum valor de bpm no intervalo de tempo em que o desfibrilhador estava ligado, então este ficava ligado infinitamente durante o restante tempo de execução do programa. Este problema resolveu-se com a atualização do código de Arduino, através da criação de uma variável de estado capaz de isolar o funcionamento de desfibrilhador das restantes variáveis, funcionando assim de forma independente.

O segundo obstáculo prendeu-se com a atualização dos valores de BPM. Um teste típico realizado ao longo do projeto foi o de desligar o gerador de sinais para simular um BPM de 0, ou seja, simular a morte do paciente. Isto era feito repetidamente para testar o funcionamento do desfibrilhador. No entanto, e apesar do desfibrilhador responder de forma correta a este teste (esperar 10 segundos e ligar durante 5 segundos), acontece que ao voltar a ligar o gerador de sinais, o sistema não estava a atualizar os valores de BPM com as novas medições, mas sim a mostrar medições antigas, ou seja, medidas correspondentes às leituras efetuadas enquanto o gerador de sinais esteve desligado. Isto impediu o sistema de ler corretamente o sinal e, consequentemente, de dar as instruções corretas ao nível dos LEDs. Mais uma vez, este problema foi resolvido com uma alteração no código. Ao forçar um *reset* na variável BPM (variável que guarda os valores de BPM) sempre que o sistema ativava o desfibrilhador, foi possível fazer com que valores de BPM antigos fossem substituídos pelos valores atuais, permitindo que o sistema efetuasse uma leitura em tempo real, mesmo depois de desligado o gerador de sinais.

Conclusão

De forma geral, o objetivo fundamental do trabalho foi alcançado. Conseguiu-se desenvolver todo um sistema eletrónico do início ao fim, desde a montagem do circuito na *breadboard* até à interface visual em LabVIEW. Conseguiram-se também integrar dois modos: automático e manual, que permitem ao utilizador selecionar a forma de operação do sistema. Os LEDs da *breadboard* funcionam na sua totalidade, isto é, ligam apenas para certos valores de BPM, tal como especificado no código de Arduino. Os indicadores luminosos de LabVIEW (figura 11 da secção **2.4.2**) também funcionam corretamente na medida em que estão ativos exatamente nos mesmos instantes em que o LED correspondente na *breadboard* está ativo. Por último, consegui-se ainda integrar algumas funcionalidades extra que se consideraram vantajosas para o contexto do projeto.